

中华人民共和国医药行业标准

YY/T XXXX.3-20XX

无创血压计 第3部分:自动连续测量型的 临床研究

Non-invasive sphygmomanometers —Part 3: Clinical investigation of
continuous automated measurement type

(ISO 81060-3:2022, MOD)

(立项草案稿)

目 次

前 言	III
引 言	1
1 范围	2
2 规范性引用文件	2
3 术语和定义	2
4 临床研究的一般要求	3
4.1 临床试验质量管理规范	3
4.2 一般要求	4
4.3 参考方法	4
4.3.1 有创血压监护设备（参考）	4
4.3.2 受试者要求	4
4.3.3 血压分布	6
4.3.4 动脉参考部位	6
4.4 横向差异	7
4.4.1 一般要求	7
4.4.2 顺序程序	7
4.4.3 同时程序	7
4.4.4 应用横向差异	8
4.5 统计考虑	8
4.5.1 一般要求	8
4.5.2 组内相关系数和独立测量次数	8
4.5.3 确定受试者数量和单个受试者重复测量次数的程序	9
5 临床试验方法	9
5.1 血压测量准确性	9
5.1.1 一般要求	9
5.1.2 过程	9
5.1.3 数据分析	9
5.1.4 可接受标准	10
5.2 稳定性	11
5.2.1 一般要求	11
5.2.2 过程	11
5.2.3 数据分析	12
5.2.4 可接受标准	12
5.3 血压变化试验	13
5.3.1 血压变化评价区间	13
5.3.2 一般要求	13

5.3.3 过程 13

5.3.4 数据分析 13

5.3.5 可接受标准 14

附 录 A （资料性） 指南和原理说明 15

参 考 文 献 23

前 言

本文件按照 GB/T 1.1—2020《标准化工作导则 第1部分：标准化文件的结构和起草规则》的规定起草。

本文件是 YY/T XXXX《无创血压计》的第3部分。YY/T XXXX 已经发布了以下部分：

——第3部分：自动连续测量型的临床研究。

本文件修改采用 ISO 81060-3:2022《无创血压计 第3部分：自动连续测量型的临床研究》。

本文件与 ISO 81060-3:2022 的技术差异及其原因如下：

——用规范性引用的 GB 9706.1-2020 替换了 IEC 60601-1:2005+AMD1:2012，两个文件之间的一致性程度为修改，以适应我国的技术条件；

——用规范性引用的 YY 9706.230-2023 替换了 IEC 60601-2-30:2018，两个文件之间的一致性程度为修改，以适应我国的技术条件；

——用规范性引用的 YY 9706.234-2021 替换了 IEC 60601-2-34:2011，两个文件之间的一致性程度为修改，以适应我国的技术条件。

请注意本文件的某些内容可能涉及专利。本文件的发布机构不承担识别专利的责任。

本文件由国家药品监督管理局提出。

本文件由全国医用电器标准化技术委员会医用电子仪器分技术委员会（SAC/TC10/SC5）归口。

本文件起草单位：

本文件主要起草人：

引 言

近 10 年来,连续测量的无创自动血压计的数量在大幅增加。本文件旨在给出临床研究的必要要求,以确保血压计的基本性能处于适当的水平,类似于那些间歇自动无创血压计的标准。

目前,YY/TXXXX《无创血压计》共分为 5 个部分。

- 第 1 部分:非自动测量型的要求和试验方法;
- 第 2 部分:间歇式自动测量型的临床研究;
- 第 3 部分:连续自动测量型的临床研究;
- 第 4 部分:预期用于患者转运设备的要求;
- 第 5 部分:对测试自动无创血压计的 NIBP 模拟器的重复性和再现性要求。

星号(*)标注的章、条、段或图表在附录 A 中有相关的指南或原理说明。

无创血压计 第3部分：自动连续测量型的临床研究

1 范围

本文件规定了用于测量患者血压的无创自动连续测量血压计的临床研究要求和方法。

本文件规定了根据本文件进行临床研究的无创自动连续测量血压计的随机文件附加披露要求。

本文件不包含可用性方面，如数据显示或输出的形式和方式。本文件未规定最小输出周期的数值阈值。提供输出周期明显大于 30s 的血压参数（例如：收缩压、舒张压或平均动脉压）的自动连续无创血压计通常不认为是自动连续无创血压计。

本文件涵盖趋势无创自动连续测量血压计和绝对精度连续无创血压计，仅关注临床研究要求。输出表示不在本文件范围内。

注 1：IEC 62366-1 提供了可用性工程对医疗器械的应用要求。可用性工程过程可用于向预期用户说明所显示的数值是绝对准确值还是趋势值。

本文件提供的无创自动连续测量血压计的临床研究要求和方法适用于任何受试者人群以及无创血压计的任何使用条件。

注 2：例如，受试者人群可通过年龄或体重范围表示。

注 3：本文件未提供在临床研究期间评估伪影影响的方法（例如：由受试者运动或支撑受试者的平台运动引起的运动伪影）。

本文件不适用于：

- ISO 81060-1 规定的非自动血压计的临床研究；
- ISO 81060-2 规定的间歇自动无创血压计的临床研究；
- YY 9706.230 提供的自动无创血压计；
- YY9706.234 规定的有创血压监护设备。

2 规范性引用文件

下列文件中的内容通过文中的规范性引用而构成本文件必不可少的条款。其中，注日期的引用文件，仅该日期对应的版本适用于本文件；不注日期的引用文件，其最新版本（包括所有的修改单）适用于本文件。

GB 9706.1-2020 医用电气设备 第1部分：基本安全和基本性能的通用要求(IEC 60601-1:2012, MOD)

YY 9706.230-2023 医用电气设备 第2-30部分：自动无创血压计的基本安全和基本性能专用要求(IEC 80601-2-30:2018, MOD)

YY 9706.234-2021 医用电气设备 第2-34部分：有创血压监护设备的基本安全和基本性能专用要求(IEC 60601-2-34:2011, MOD)

ISO 14155:2020 人体用医疗器械的临床研究—良好的临床实践

ISO 14971:2019 医疗器械——风险管理在医疗器械中的应用

ISO 81060-1:2007 无创血压计。第1部分：非自动测量类型的要求和测试方法

ISO 81060-2:2018+Amd 1:2020 无创血压计——第2部分：间歇性自动测量类型的临床研究

3 术语和定义

GB9706.1-2020、YY 9706.230-2023、YY 9706.234-2021、ISO 14155:2020、ISO 14971:2019、ISO 81060-1:2007、ISO 81060-2:2018+Amd 1:2020 中界定的以及下列术语和定义适用本文件。

3.1

change evaluation interval 变化评估间隔

表明连续自动无创血压计可以跟踪血压变化的时间段。

3.2

continuous automated non-invasive sphygmomanometer 连续自动无创血压计

不需要穿刺，通过每个心动周期估算血压，提供连续一系列血压参数的医疗电子设备。

注 1：虽然连续自动无创血压计会分析每个心动周期，但这并不意味着连续自动无创血压计总是使用每个心动周期的数据来估计血压。不使用特定心动周期的数据可能是有用的，例如，省略心室期前收缩的数据。

注 2：本文件考虑的唯一血压参数是收缩压、舒张压和平均动脉压。

注 3：本文件不包括可用性方面，如数据显示或输出的形式和方式。因此，本文件没有规定最小输出周期的数字阈值。然而，提供输出周期明显大于 30s 的血压参数（如收缩压、舒张压或平均动脉压）的连续自动无创血压计通常不认为是连续自动无创血压计。

注 4：A.2 条中有关于这一定义的指导或理由。

3.3

determination 测定**determination value 测定值**

连续自动无创血压计估测血压过程的结果。

[来源：YY9706.230-2023，201.3.203，有修改]

3.4

Initialization 初始化**re-initialization 重新初始化**

连续自动无创血压计确定评估血压所需要的特定主体或特定条件参数的过程。

注：在本文件中，术语“初始化”用于最初的初始化；而“重新初始化”用于测量期内的重复初始化过程。

3.5

intermittent automated non-invasive sphygmomanometer 间歇自动无创血压计

在不进行动脉穿刺的情况下从若干个心跳周期中估计血压，并提供一套血压参数的医疗电子设备。

注 1：本文件考虑的唯一血压参数是收缩压、舒张压和平均动脉压。

注 2：A.2 条中有关于这一定义的指导或理由。

3.6

output period 输出周期

特定连续自动无创血压计为血压参数（如：收缩压、舒张压或平均动脉压）提供更新值的时间段。

注：输出周期可由若干个心拍构成。

3.7

paired measurements 成对测量

对受试者的血压进行两组测量，其中一组使用连续自动无创血压计记录，另一组在同一心动周期使用参考方式记录。

注：两组血压测量可以是两组收缩压测量、两组舒张压测量或两组平均动脉压测量。

3.8

paired values 成对值

成对测量结果的一对血压值。

注：这对血压值可以是一对收缩压、一对舒张压或一对平均动脉压值。

3.9

reference measurement 参考测量

用于连续自动无创血压计临床研究的具有确定精确度的程序。

3.10

reference reading 参考读数

使用参考方法测量血压过程的结果。

注：其结果可以是收缩压、舒张压或平均动脉压。

4 临床研究的一般要求

4.1 临床试验质量管理规范

临床研究应符合 ISO 14155 的要求。

注：一些具有管辖权的机构可以有附加要求。

通过应用 ISO 14155 的要求检查符合性。

4.2 一般要求

- 注 1：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。
- a) 呈现的临床研究条件应尽可能接近连续自动无创血压计的预期使用条件。
- 1) 如果使用说明书中明确了目标人群，则临床研究的受试者应尽可能接近地代表该目标人群。
- 注 2：由于本文件所述的临床研究需要有创参考，因此临床研究中的所有受试者均应插入参考的有创血压监测设备。然而，连续自动无创血压计的某些目标人群可能会包含无法通过参考有创血压监测设备进行监测的患者（例如：因现场局部感染，或既往手术/支架植入预期脉管系统等，禁止或不建议对患者进行有创监测）。因此，临床研究的受试者对于目标人群的代表性有一定限制。
- b) 对于临床研究，应评估不同的姿势（例如：仰卧位或坐位），以确定它们是否会影响连续自动无创血压计的性能。
- 1) 如果不同的姿势会影响到连续无创自动测量血压计的性能，那么所有受试者必须以相同的姿势进行任何临床研究。
- c) 按照说明书要求设置连续自动无创血压计。
- d) 连续无创提供准确血压测定值的连续自动无创血压计被分类为 A 型。
- e) 与 A 型相比，连续无创提供血压值（可以有未知的恒定的受试者特定补偿）的连续自动无创血压计被归为 T 型。
- 注 3：T 型连续自动无创血压计（趋势连续自动无创血压计）非预期提供绝对准确的血压值。但是，由于这些血压值存在未知的恒定受试者特定补偿，这些连续自动无创血压计能够代表一段时间内的准确血压变化。
- 注 4：由于 T 型连续自动无创血压计（趋势连续自动无创血压计）提供的血压值存在未知的恒定受试者特定补偿，连续自动无创血压计的用户可能会被误导，以为屏幕上显示的值是绝对准确的，而实际上他们不是。本文件不包含可用于解决此问题的可用性研究。
- f) 连续自动无创血压计测量应按表 1 进行。
- g) 如果对连续自动无创血压计进行初始化是必要的，则在临床研究过程中，参考装置不得用于初始化。
- 表 1 给出了 A 型和 T 型连续自动无创血压计不同的测试组。

表1 - 适用的测试（取决于功能性）			
		A型	T型
性能评估	5.1 血压测量准确性的方法	适用	-
	5.2 稳定性的方法	适用	适用
	5.3 血压变化的方法	适用	适用

4.3 参考方法

4.3.1 有创血压监护设备（参考）

- 注 1：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。
- a) 对于连续自动无创血压计，临床上应使用有创血压监护设备作为参照进行研究。
- b) 参考的有创血压监护设备应符合 YY 9706.234 的要求。
- c) 应检查并优化参照的有创血压监护设备的固有频率和阻尼系数，以满足每一受试者的动态要求。见参考文件[1]。
- d) 参考的有创血压监护设备应参照右心房水平。
- e) 在进行参考测量之前，应采取适当的措施去除系统中的气泡和凝块。
- 注 2：如果导管/换能器系统中存在气泡或血凝块，可能会降低准确测量血压的能力。
- f) 可对不直接输出血压波形或脉搏数据的参考有创血压监测设备进行修改，以便进行此类数据收集。
- 通过检查临床研究报告确认符合性。

4.3.2 受试者要求

4.3.2.1 数量

- a) 临床研究应包括对受试对象进行的重复测量。
- b) 每位受试者重复测量的次数参照 4.5.3 程序确定。
- c) 受试者数量按 4.5.3 程序确定。

注：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。
通过检查临床研究报告确认符合性。

4.3.2.2 性别分布

- a) 至少 30% 的受试者应为男性。
- b) 至少 30% 的受试者应为女性。

注：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。
通过检查临床研究报告确认符合性。

4.3.2.3 年龄分布

4.3.2.3.1 一般要求

若连续无创自动测量血压计预期应用于 4.3.2.3.2、4.3.2.3.3、4.3.2.3.4 中定义的一个以上的年龄组，则应分别对适用的各个年龄组进行研究。

4.3.2.3.2 预期供 12 岁以上受试者使用的血压计

对于预期用于 12 岁以上受试者的连续无创自动测量血压计，参与临床研究的每位受试者的年龄应大于 12 岁，年龄分布如下：

- a) 40% 受试者应至少 50 岁；
- b) 25% 受试者应至少 60 岁；
- c) 10% 受试者应至少 70 岁；

通过检验随附文件和临床研究报告核查其符合性。

4.3.2.3.3 预期供 1-12 岁受试者使用的血压计

- a) 对于预期用于 1-12 岁受试者的连续自动无创血压计，参与临床研究的每位受试者的年龄应在 1-12 岁之间。
- b) 年龄在 1-12 岁的受试者可豁免如下：
 - 1) 4.3.2.2 的性别分布要求；
 - 2) 4.3.3 的血压分布要求。

通过检验随附文件和临床研究报告核查其符合性。

4.3.2.3.4 预期供 1 岁以下受试者使用的血压计

- a) 对于预期用于 1 岁以下受试者的连续无创自动测量血压计，应在该受试者人群中进行研究。
- b) 对预期供 1 岁以下受试者使用的连续自动无创血压计进行临床研究时需要满足以下年龄或体重范围要求：
 - 1) 至少 20% 的受试者体重应小于 2000g；
 - 2) 至少 20% 的受试者体重应处于 2000g—3000g 之间；
 - 3) 至少 20% 的受试者体重应大于 3000g；
 - 4) 至少 20% 的受试者年龄应至少 29 天；
- c) 为满足样本量要求，其余受试者可来自上述任何一个年龄组或体重组。

注：单个受试者可以同时属于多个类别

- d) 年龄小于 1 岁的受试者可豁免如下：

- 1) 4.3.2.2 的性别分布要求；
- 2) 4.3.3 的血压分布要求。

通过检验随附文件和临床研究报告核查其符合性。

4.3.2.4 特殊受试者人群

注：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。

- a) 当有证据表明某一特定受试者特征可能会影响连续自动无创血压计的性能时，并且如果这在其预期用途范围内，则该人群（由该受试者特征明确定义）应被视为特殊受试者人群。
- b) 应该在符合预期用途的受试者特征范围内对连续自动无创血压计进行研究。
- c) 除非另有理由，否则应分别研究已确定的每一个特殊受试人群。
- d) 连续无创自动测量血压计说明书中应披露关于 4.3.2.4 a) 项下所有特殊受试者人群定义的概述。

通过检验随附文件和临床研究报告核查其符合性。

4.3.3 血压分布

对于纳入血压测定方法准确度（见 5.1）分析的数据，应适用以下要求。

- a) 若连续自动无创血压计预期输出收缩压，应满足以下条件：
 - 1) 至少 5% 的参考读数应具有小于或等于 90mmHg (12,00 kPa) 的收缩压；
 - 2) 至少 20% 的参考读数应具有小于或等于 110mmHg (14,67 kPa) 的收缩压；
 - 3) 至少 20% 的参考读数应具有大于 110mmHg (14,67 kPa) 且小于 140mmHg (18,67 kPa) 的收缩压；
 - 4) 至少 20% 的参考读数应具有大于或等于 140mmHg (18,67 kPa) 的收缩压；
 - 5) 至少 5% 的参考读数应具有大于或等于 160mmHg (21,33 kPa) 的收缩压。
- b) 若连续自动无创血压计预期输出舒张压，应满足以下条件：
 - 1) 至少 5% 的参考读数应具有小于或等于 50mmHg (6,67 kPa) 的舒张压；
 - 2) 至少 20% 的参考读数应具有小于或等于 60mmHg (8,00 kPa) 的舒张压；
 - 3) 至少 20% 的参考读数应具有大于 60mmHg (8,00 kPa) 且小于 80mmHg (10,67 kPa) 的舒张压；
 - 4) 至少 20% 的参考读数应具有大于或等于 80mmHg (10,67 kPa) 的舒张压；
 - 5) 至少 5% 的参考读数应具有大于或等于 90mmHg (12,00 kPa) 的舒张压。
- c) 若连续自动无创血压计预期输出平均动脉压，应满足以下条件：
 - 1) 至少 5% 的参考读数应具有小于或等于 65mmHg (8,67 kPa) 的平均动脉压；
 - 2) 至少 20% 的参考读数应具有小于或等于 75mmHg (10,00 kPa) 的平均动脉压；
 - 3) 至少 20% 的参考读数应具有大于 75mmHg (10,00 kPa) 且小于 100mmHg (13,33 kPa) 的平均动脉压；
 - 4) 至少 20% 的参考读数应具有大于或等于 100mmHg (13,33 kPa) 的平均动脉压；
 - 5) 至少 5% 的参考读数应具有大于或等于 115mmHg (15,33 kPa) 的平均动脉压。

通过检验临床研究报告核查其符合性。

4.3.4 动脉参考部位

注 1：第 A.2 条包含了本条款的指南或原理。

- a) 任何参考部位均可用于同时比较动脉内血压读数和连续自动无创血压计血压测定值。

注 2：不同部位由于中心动脉与其他动脉的压差可产生不同的结果。

- b) 连续自动无创血压计的使用说明书应披露作为参考部位的动脉部位。

注 3：虽然本文件不涉及技术要求，但连续自动无创血压计输出的任何值预期始终对应于参考部位。然而，这并不意味着连续自动无创血压计血压测定需要在与参考部位相同的部位进行。

- c) 可以确定血压的横向差异。

- 1) 如果明确了横向差异，应按 4.4 确定
- 2) 如果明确了横向差异，在以下情况下应排除受试者：
 - i) 听诊收缩压读数的平均横向差超过 15mmHg (2,00 kPa)，或
 - ii) 听诊舒张压读数的平均横向差超过 10mmHg (1,33 kPa)。

注 4：高横向差表明该受试者的一条动脉可能狭窄。

- d) 根据 4.4.4，可使用横向差异进行数据调整。

- 1) 但是，如 4.4.1 a) 所述，如果对横向差异进行了调整，则应对所有受试者应用相同的程序，因为连续自动无创血压计测定值预期作为参照部位的对侧肢体的估计值。

注 5：本文件中没有调整平均动脉压横向差的方法。

通过检验临床研究报告核查其符合性。

4.4 横向差异

4.4.1 一般要求

- a) 应通过无创听诊读数确定任何横向差异。
 - 1) 本程序中使用的参考血压计应符合 ISO 81060-1 的要求, 但最大允许误差应为 $\pm 1 \text{ mmHg}$ (0.13 kPa)。
- b) 如果参考读数和连续自动无创血压计测定值代表对侧手臂, 则横向差异可能是:
 - 1) 针对每位受试者计算; 及
 - 2) 用于调整 5.1.3 中的差值 x_j 以及 5.2.3 中的差值 x_j 和 x_j, T 。
- i) 如果对横向差异进行了调整, 则应对参考读数和连续自动无创血压计测定值代表对侧手臂的所有受试者应用相同的程序。
- c) 如果确定了横向差异, 应按照下列步骤, 应用顺序程序 (见 4.4.2) 或同时程序 (见 4.4.3)。
 - 1) 测量上臂中部周长。
 - i) 首先通过在肩峰和尺骨鹰嘴中间的点, 向后标记手臂来确定上臂中点, 当手臂在肘部屈曲 90° , 手掌朝上时测量。
 - ii) 受试者的上臂中部周长应通过在上臂中点测量确定, 测量时肘部放松, 手臂自由悬挂在一侧。
 - 2) 用于确定听诊读数的血压计的袖带应:
 - i) 气囊长度为上臂中部周长的 75%—100%, 且
 - ii) 气囊宽度为上臂中部周长的 37%—50%。
 - 3) 在进行首次听诊读数之前, 受试者应休息至少 5min。
 - 4) 两名观察者应使用听诊器同时测量每名受试者的血压, 听诊器可同时聆听柯氏音 (如双听诊器)。
 - 5) 排除任何一对观察者的听诊测量个体值差值大于 4 mmHg (0.53 kPa) 的。
 - 6) 观察者每次听诊测量的个体值应按式 (1) 取平均值, 创建听诊读数。

$$P_{\text{aus}_i} = \frac{P_{\text{aus}_{i,1}} + P_{\text{aus}_{i,2}}}{2} \quad \dots\dots\dots (1)$$

式中:

$P_{\text{aus}_{i,1}}$ ——观察者 1 第 i 次测量得到的血压值;

$P_{\text{aus}_{i,2}}$ ——观察者 2 第 i 次测量得到的血压值;

P_{aus_i} ——第 i 次测量的听诊读数

7) 当在用于确定听诊读数的血压计上读取数值时, 观察者应避免视差和四舍五入。

注: 四舍五入对临床研究的结果有负面影响。

d) 根据公式 (2) 分别计算收缩压或舒张压的横向差 d_l 。

$$d_l = \frac{1}{3} \cdot \left(\sum_{m=1}^3 P_{\text{aus-R}_m} - \sum_{n=1}^3 P_{\text{aus-L}_n} \right) \quad \dots\dots\dots (2)$$

$P_{\text{aus-R}_m}$ 和 $P_{\text{aus-L}_n}$ 分别是右 (R) 臂和左 (L) 臂听诊读数

4.4.2 顺序程序

- a) 在受试者之间交替使用起始臂侧。
- b) 由两名观察者测定受试者起始臂的血压。
- c) 自上次测量完成后等待至少 60s。
- d) 由两名观察者测定受试者对侧手臂的血压。
- e) 自上次测量完成后等待至少 60s。
- f) 重复 b) 至 e), 直至收集到右臂 $P_{\text{aus-R}_m}$ 的 3 个听诊读数和左臂 $P_{\text{aus-L}_n}$ 的 3 个听诊读数。

4.4.3 同时程序

- a) 同时测量受试者两侧手臂的血压, 每只手臂两位观察者。
- b) 自上次测量完成后等待至少 60s。

c) 重复 a) 至 b)，直至收集到右臂 P_{aus_R} 的 3 个听诊读数和左臂 P_{aus_L} 的 3 个听诊读数。

4.4.4 应用横向差异

a) 根据参考读数来自哪个手臂，分别对收缩压或舒张压的单个配对值差异进行公式 (3) 或公式 (4) 校正。

b) 计算连续自动无创血压计的误差 x ，取连续自动无创血压计血压值，与参考血压计血压值之差，加上横向差 d_1 ，如果连续自动无创血压计血压值是在左臂测量的，则按照公式 (3) 计算；如果连续自动无创血压计血压是在右臂测量的，则减去横向差 d_1 ，按照公式 (4) 计算。

$$x = P_{\text{sut}_L} - P_{\text{ref}_R} + d_1 \quad \dots\dots\dots (3)$$

$$x = P_{\text{sut}_R} - P_{\text{ref}_L} - d_1 \quad \dots\dots\dots (4)$$

其中

P_{sut_R} 和 P_{sut_L} 是连续自动无创血压计分别在右 (R) 臂和左 (L) 臂测得血压值；

P_{ref_R} 和 P_{ref_L} 分别是右 (R) 臂和左 (L) 臂的参考读值。

4.5 统计考虑

4.5.1 一般要求

a) CNBP 测量血压的准确性应基于在 k 个受试者上获得的 r 组重复测量数据。

1) 对于根据 5.1 章方法测量验证血压准确性， r 和 k 应满足 $N_{\text{ind}} \geq 278$ (见公式 6)；

2) 对于 5.2 章方法测量验证稳定性：

i) 每名受试者重复测量次数 r 应满足 5.1 章要求；

ii) 受试者至少 k 人。

3) 对于 5.3 章方法测量验证血压变化响应，受试者至少 k 人。

注 1：不同受试者的测量一般为完全独立。

注 2：CNBP 能对同一受试者进行重复测量。同一受试者的重复测量间一般不完全独立，但也不完全相关。

b) 临床试验应符合以下附加要求：

1) 每名受试者重复测量次数 r 应相同；

2) 每名受试者重复测量次数 r 应小于受试者总人数 k ；

3) 受试者总人数 k 应至少为 30 人。

4.5.2 组内相关系数和独立测量次数

组内相关系数 I_{CC} 比较受试者总体差异和受试者个体差异，从而量化测量多个受试者与对同一受试者重复测量的抽样误差分布，如公式 (5) 所示。

$$I_{\text{CC}} = \frac{\frac{\mu_{\text{SB}} - \mu_{\text{SW}}}{f_{\text{BA}}}}{\frac{\mu_{\text{SB}} - \mu_{\text{SW}}}{f_{\text{BA}}} + \mu_{\text{SW}}} \quad \dots\dots\dots (5)$$

式中：

f_{BA} ——根据公式 10 计算的 B-A 因子；

μ_{SB} ——根据公式 11 计算受试者之间的均方；

μ_{SW} ——根据公式 12 计算的受试者内部的均方。

依据组内相关系数，用连续自动无创血压计对 k 名受试者进行 r 次重复测量获得独立测量次数 N_{ind} 通过公式 6 计算

$$N_{\text{ind}} = k(1 + (1 - I_{\text{CC}})(r - 1)) \quad \dots\dots\dots (6)$$

式中：

I_{CC} ——根据公式 5 计算的组内相关系数。

r ——单个受试者重复测量次数。

k ——受试者总数。

4.5.3 确定受试者数量和单个受试者重复测量次数的程序

a) 根据以下步骤确定受试者数量和单个受试者重复测量次数。

1) 估计 CNBP 的各个血压参数的组内相关系数（例如收缩压、舒张压、平均压）；

注 1：组内相关系数通常基于先验知识，例如可用数据，或者基于应用相似技术进行临床研究的结果。

注 2：对于 T 类型的 CNBP，基于先验知识和对组内相关系数 I_{cc} 计算获得的组内相关系数估值 I_{cc_est} ，不减去任何受试者特定补偿。

2) 从 1) 估算的所有组内相关系数中选择最大组内相关系数估值 I_{cc_est} ；

3) 确定单个受试者重复测量次数 r ；

4) 对应 2) 中选定最大组内相关系数估值 I_{cc_est} ，根据公式 6 或表 2 确定受试者数量 k ，使 $N_{ind} \geq 278$ 。

Table 2 — Relationship between r and the minimum k depending on the estimated intra-class correlation coefficient

$I_{cc_est} \leq 0,6$		$0,6 < I_{cc_est} \leq 0,7$		$0,7 < I_{cc_est} \leq 0,8$		$0,8 < I_{cc_est} \leq 0,9$		$0,9 < I_{cc_est} \leq 0,95$		$0,95 < I_{cc_est} \leq 0,98$		$0,98 < I_{cc_est} \leq 0,99$		$0,99 < I_{cc_est} \leq 1,0$	
r	k	r	k	r	k	r	k	r	k	r	k	r	k	r	k
1	278	1	278	1	278	1	278	1	278	1	278	1	278	1	278
10	60	10	75	10	99	10	146	10	192	10	236	10	255	10	278
20	32	20	41	20	58	20	96	20	143	20	201	20	234	20	278
22	30	29	30	30	41	30	71	30	113	30	176	30	216	30	278
-	-	-	-	35	36	40	57	40	94	40	156	40	200	40	278
-	-	-	-	-	-	48	49	50	81	50	140	50	187	50	278
-	-	-	-	-	-	-	-	60	70	60	128	60	175	60	278
-	-	-	-	-	-	-	-	65	66	70	117	70	164	70	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	80	108	80	155	80	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	90	100	90	147	90	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	95	97	100	140	100	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	110	133	110	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	120	127	120	278
-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	-	124	125	130	278

5 临床试验方法

5.1 血压测量准确性

5.1.1 一般要求

a) 根据使用说明书启动 CNBP。

b) 设置 CNBP，以能反映血压测量准确性的最坏情况，包括选择最小输出周期。

c) 单个受试者重复测量次数 r 及受试者数量 k ，应根据 4.5 章确定。

5.1.2 过程

a) 对每个受试者，执行以下程序。

b) 对于需验证的每个血压参数（收缩压、舒张压、平均压），需同时记录参考有创血压监测设备每个测量值和 CNBP 最小输出周期输出值。

注：目的是记录同一心动周期的数据。

5.1.3 数据分析

注 1：条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

对每个受试者获取的数据，执行以下程序。

a) 将从参考有创血压监测设备记录的数据划分为持续时间大致相等的非重叠段：

- 1) 每一分段持续时间应尽可能接近 CNBP 最小输出周期;
- 2) 每一分段的结束时间应尽可能接近 CNBP 输出值的初始时间。

注 2: 本文件不涉及 CNBP 的可用性方面, 例如延时。

b) 对于需验证的每个血压参数 (收缩压、舒张压、平均压), 执行以下步骤:

- 1) 每一分段时间包含不止 1 个参考血压读数, 计算此时间段内参考血压的平均值;

注 3: 在一些 CNBP 中, 分段持续时间为一个心动周期, 这种情况下不需要计算平均值。

- 2) 读取分段结束时间时 CNBP 输出值, 与该分段时间参考血压 (平均) 值为一组值。

c) 在不考虑连续自动无创血压计提供的值的情况下, 选择 r 个非重叠段进行分析, 以使参考读数符合 4.3.3 条款要求。

d) 在 r 个非重叠段内不得发生重新初始化。

e) 对于每个选定的时间分段 j , 及需要进行验证的每个血压参数 (收缩压、舒张压或平均压), 根据公式 7 计算配对数据的差值 x_j 。

$$x_j = P_{sutj} - P_{refj} \quad \dots\dots\dots (7)$$

f) 对于每个血压参数 (收缩压、舒张压或平均压), 临床试验报告中应包含准确性分析数据的散点图, 其中 Y 轴为所有参考血压值 (单位 mmHg 或 kPa), X 轴重新初始化与参考血压测量时间之间的时间差 (单位 s)。

注 4: 这些图有助于使是否在接近 CNBP 初始化时间附近选择了一定范围内的参考血压值可视化。

5.1.4 可接受标准

注 1: 条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

a) 对于每个血压参数 (收缩压、舒张压或平均压), 计算所有受试者的数据:

- 1) 根据公式 8, 计算配对数据差值的平均值;
- 2) 根据公式 9 至公式 12, 计算校正试验标准偏差 s_{corr} ;
- 3) 根据公式 10 至 12, 及公式 5, 计算组内相关系数 I_{cc} ;
- 4) 根据公式 6, 计算独立测量次数 N_{ind} 。

b) 根据临床试验数据使用公式 10 至 12 计算组内相关系数 I_{cc} , 而非使用 $I_{cc_{est}}$ 进行以下计算。

$$\bar{x} = \frac{1}{n} \sum_{j=1}^n x_j \quad \dots\dots\dots (8)$$

式中:

n ——所有受试者总测量配对数据组数量;

j ——独立测量配对数据的索引;

x_j ——第 j 对配对数据的差值。

$$s_{corr} = \sqrt{\frac{\mu_{SB} - \mu_{SW}}{f_{BA}} + \mu_{SW}} \quad \dots\dots\dots (9)$$

式中:

f_{BA} ——根据公式 10 计算的 B-A 因子;

μ_{SB} ——根据公式 11 计算的平方和均值;

μ_{SW} ——根据公式 12 计算的平方和均值。

注 2: 在受试者各自提供多个数据进行分析的情况下 (即根据定义, 对每个受试者的重复测量是相互关联的, 因此不是独立的), 这一事实根据公式 9 解释。

$$f_{BA} = \frac{n^2 - \sum m_i^2}{(k-1) \cdot n} = r \quad \dots\dots\dots (10)$$

注 3: 由于所有 k 个受试者提供的数据组数量相等, $f_{BA} = r$ 。

$$\mu_{SB} = \frac{1}{k-1} \cdot \sum_{i=1}^k m_i \cdot (\bar{x}_i - \bar{x})^2 = \frac{1}{k-1} \cdot \sum_{i=1}^k r \cdot (\bar{x}_i - \bar{x})^2 \quad \dots\dots\dots (11)$$

$$\mu_{\text{SW}} = \frac{1}{n-k} \cdot \sum_{i=1}^k (m_i - 1) \cdot \sigma_i^2 = \frac{1}{n-k} \cdot \sum_{i=1}^k (r-1) \cdot \sigma_i^2 \quad \dots (12)$$

注 4：由于所有 k 个受试者提供的数据组数量相等， $m_i=r$ 。

式中：

K ——受试者总数；

r ——单个受试者重复测量次数；

m_i ——第 i 个受试者提供的重复测量数据组数量；

$\bar{x}_i$ ——第 i 个受试者所有配对数据组差值的平均值；

$\bar{x}$ ——所有受试者配对数据组差值的平均值；

σ_i^2 ——第 i 个受试者所有配对数据组差值的方差。

注 5：方差的定义为标准差的平方。

a) 配对数据差值的平均值 $\bar{x}$ ，应 $\leq \pm 6\text{mmHg}$

b) 试验校正偏差 s_{corr} ，应 $\leq 10\text{mmHg}$

c) N_{ind} 应 ≥ 278 。

d) 若已满足 c) 和 d)，但 N_{ind} 少于 278，需增加受试者以满足 c)、d)、e) 的要求

5.2 稳定性

注 1：条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

5.2.1 一般要求

a) 稳定性试验需在相同数量的受试者上重复准确性试验步骤。

1) 对于 A 类型的 CNBP，数量要求为：

i) 受试者数量至少为 k（见 4.5）；

ii) 每名受试者重复测量次数应为 r，同 5.1 条款。

2) 对于 T 类型的 CNBP，基于 4.5 条款中不减去任何受试者特定补偿组内相关系数估值 $I_{\text{CC_est}}$ ，确定：

i) 单个受试者重复测量次数 r；

ii) 受试者总数 k。

b) 根据使用说明书，设置 CNBP。

c) 选择能反映血压测量准确性最差情况的设置：

1) 最坏情况包括选择最小输出周期；

2) 临床试验过程中应使用 CNBP 使用说明书中描述的重新初始化的程序。

d) 若 CNBP 有多个重新初始化周期，选择最长周期。

注：假设最长周期为稳定性验证的最差条件。

e) 若 CNBP 需要进行重新初始化，使用说明书中应公布最大初始化周期。

f) 若 CNBP 不需要重新初始化，使用说明书中应公布最长使用时间。

5.2.2 过程

对每个受试者，执行以下程序。

a) 基于使用说明书定义的重新初始化需求，在以下时间执行 5.1.2 条款的准确性试验方法。

1) 对于最大重新初始化周期 $\leq 1.5\text{h}$ ，执行 5.1.2 条款，试验周期时间应等于最大初始化周期；

2) 对于最大重新初始化周期 $> 1.5\text{h}$ 且 $\leq 5\text{h}$ ，在最大重新初始化周期内执行 6 次 5.1.2 条款，每个试验周期大致相等且 $\geq 15\text{min}$ ；

3) 对于最大重新初始化周期 $> 5\text{h}$ 且 $\leq 24\text{h}$ ，在前 5h 内执行 5 次 5.1.2 条款，每个试验周期大致相等且 $\geq 15\text{min}$ ；

4) 对于最大重新初始化周期 $> 24\text{h}$ 的 CNBP，按以下操作：

i) 在前 5h 内执行 5 次 5.1.2 条款，每个试验周期大致相等且 $\geq 15\text{min}$ ；

ii) 之后，直至最大重新初始化周期结束，在第 2 天和第 3 天分别执行至少 2 次 5.1.2 条款，每个试验周期 $\geq 15\text{min}$ 。

任何连续两个测试周期应至少相隔 6 小时。

iii) 之后, 每天至少执行 1 次 5.1.2 条款直至最大重新初始化周期结束, 每个试验周期 $\geq 15\text{min}$;

iv) 若在最大重新初始化周期结束时没有根据 ii) 或 iii) 执行 5.1.2, 则在最大重新初始化周期结束时执行 5.1.2。

注: 通常不能使用有创血压参照超过几天, 对于超过几天的最长重新初始化周期执行稳定性测试可能具有挑战性。

b) 若 CNBP 不需要重新初始化, 则应用使用说明书中定义的最大使用周期代替 1) 至 4) 中的重新初始化周期。

5.2.3 数据分析

a) 对于每个测试周期, 将参考有创血压监测设备的数据记录分为非重叠的大致相等的持续时间段:

1) 每一分段持续时间应尽可能接近 CNBP 最小输出周期;

2) 每一分段的结束时间应尽可能接近 CNBP 输出值的初始时间。

注 1: 本文件不涉及 CNBP 的可用性方面, 例如延时。

b) 对于需验证的每个血压参数 (收缩压、舒张压、平均压), 执行以下步骤:

1) 每一分段时间包含不止 1 个参考血压读数, 计算此时间段内参考血压的平均值;

注 2: 在一些 CNBP 中, 分段持续时间为一个心动周期, 这种情况下不需要计算平均值。

2) 读取分段结束时间时 CNBP 输出值, 与该分段时间参考血压 (平均) 值为一组值。

c) 将每个测试周期划分为尽可能多的非重叠分析周期, 以使每个受试者的每个分析周期包含 r 个连续数据组。

d) 每个验证的血压参数应给出根据 a) 分析周期参考读数与 b) 中最小输出周期均值的直方图, 直方图应包含在临床试验报告中。

注 3: 稳定性试验中无血压分布要求。

e) 对于 A 类型的 CNBP, 对每个需验证的血压参数执行以下步骤:

——对于每个分析周期中的每对数据 j , 根据公式 13 计算配对数据的差值 x_j ;

$$x_j = P_{\text{sut}_j} - P_{\text{ref}_j} \quad \dots\dots\dots (13)$$

注 4: 公式 13 与公式 7 相同, 在此重复仅为增加本文的可读性。

f) 对于 T 类型的 CNBP, 对每个需验证的血压参数执行以下步骤:

1) 对于受试者 i 的每个分析周期中的每对数据 j , 根据公式 13 计算配对数据的差值 x_j ;

2) 对于所有受试者每个分析周期, 计算:

i) 使用公式 10-12 及 5 计算组内相关系数 I_{cc} ;

ii) 使用公式 6 计算独立测量数量 N_{ind} 。

根据临床试验数据使用公式 10 至 12 计算组内相关系数 I_{cc} , 而非使用 I_{cc_est} 进行以下计算。

3) 对每个受试者 i , 根据公式 14 计算 5.2.2 条款测量获得的受试者首个测试周期中首个分析周期的参考血压读数与血压测量值的差值的平均差, 为受试者特定补偿 o_i 。

$$o_i = \frac{1}{r} \sum_{j=1}^r (P_{\text{sut}_{i,j}} - P_{\text{ref}_{i,j}}) \quad \dots\dots\dots (14)$$

式中:

$P_{\text{sut}_{i,j}}$ ——第 i 个受试者的首个测试周期中首个分析周期的第 j 个血压测量数据;

$P_{\text{ref}_{i,j}}$ ——第 i 个受试者的首个测试周期中首个分析周期的第 j 个参考血压读数。

4) 对每个受试者的每个测试周期中每个分析周期的每对数据 j , 使用公式 15 计算补偿校正偏差

$x_{j,T}$

$$x_{j,T} = P_{\text{sut}_j} - P_{\text{ref}_j} - o_i \quad \dots\dots\dots (15)$$

5) 对所有受试者所有数据计算:

i) 使用公式 8 计算平均差, 其中 x_j 替换为 $x_{j,T}$;

ii) 使用公式 9-12 计算校正试验标准偏差 s_{corr} , 其中 x_j 替换为 $x_{j,T}$ 。

5.2.4 可接受标准

a) 对于 A 类型的 CNBP, 计算所有受试者所有配对值 x_j , 满足 5.1.4 条款 b)、c)、d) 和 e) 的要求。

注：对于 A 类型的 CNBP，这确保准确性在下次重新初始化前或在最大使用内得到保持。

b) 对于 T 类型的 CNBP，确认符合以下标准：

- 1) 校正试验标准偏差 $s_{\text{corr}} \leq \pm 6.0 \text{ mmHg}$;
- 2) $N_{\text{ind}} s \geq 278$;
- 3) 若以满足 1)，但 $N_{\text{ind}} < 278$ ，则需增加受试者，以满足 1) 和 2) 的要求。

5.3 血压变化试验

5.3.1 血压变化评价区间

注 1：条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

a) CNBP 跟踪血压变化能力通过分析根据 5.3.2 定义的血压变化数据来验证：

- 1) 用于验证跟踪变化能力的血压变化时间应小于或等于变化评估间期；
- 2) 变化评估周期应基于 CNBP 使用目的（适应症）公布于使用说明书。

b) 指定的变化评估周期应公布于使用说明书。

c) 使用说明书应公布预期指定变化评估间期的理由。

d) 变化评估间期应不长于最大重新初始化周期。

5.3.2 一般要求

注 1：条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

a) 根据使用说明书设置 CNBP：

b) 设置 CNBP 模式，以能反映血压测量准确性的最坏情况：

- 1) 最坏情况包括选择最小输出周期。

c) 受试者数量应至少为 k （见 4.5）。

d) 每个受试者提供的血压变化数据至少为 50 个。

e) 若某一受试者提供的血压变化数据少于 50 个，则需从血压变化试验中提出该受试者，并重新纳入受试者，直至满足至少 k 个受试者且每个受试者至少提供 50 个数据用于分析。

f) 参考血压变化应包含：至少 30% 的变化为血压升高，至少 30% 的变化为血压降低。

g) 收缩压变化绝对值应 $\geq 15 \text{ mmHg}$ 。

h) 舒张压变化绝对值应 $\geq 10 \text{ mmHg}$ 。

i) 平均压变化绝对值应 $\geq 12 \text{ mmHg}$ 。

注 2：h)、i) 和 j) 中提到的血压变化绝对值指有创参考血压和 CNBP 测量值的变化，更多数据分析的细节见 5.3.4。

5.3.3 过程

对每个受试者，执行以下程序：

a) 同时记录有创参考血压和 CNBP 最小输出周期的每个数据，至少记录 30min，包含待验证的参数（收缩压、舒张压、平均压）；

b) 若 CNBP 最大重新初始化周期 $\geq 30 \text{ min}$ ，确保在测试中 CNBP 没有重新初始化；

c) 若 CNBP 最大重新初始化周期 $< 30 \text{ min}$ ，选择 CNBP 中最大重新初始化周期。

5.3.4 数据分析

注 1：条款 A.2 中包含此子条款的指导或制定依据。

对于每个受试者的数据，执行以下步骤。

a) 将从参考有创血压监测设备记录的数据划分为持续时间大致相等的非重叠段：

- 1) 每一分段持续时间应尽可能接近 CNBP 最小输出周期；
- 2) 每一分段的结束时间应尽可能接近 CNBP 输出值的初始时间。

注 2：本文档不涉及 CNBP 的可用性方面，例如延时。

b) 对于需验证的每个血压参数（收缩压、舒张压、平均压），执行以下步骤：

- 1) 每一分段时间包含不止 1 个参考血压读数，计算此时间段内参考血压的平均值；

注 3：在一些 CNBP 中，分段持续时间为一个心动周期，这种情况下不需要计算平均值。

- 2) 读取分段结束时间时 CNBP 输出值，与该分段时间参考血压（平均）值为一组配对值。这组配对值的时间戳 t ，是 CNBP 输出值的时间；

- 3) 对每一组配对值，执行以下要求：

- i) 每组配对值都被视为变化分析的起点；
 ii) 对于每个变化分析始点时间 t_{start} ，确定变化分析终点时间 t_{end} 使 $t_{end} > t_{start}$ ，其差值 $t_{end} - t_{start}$ 小于或等于变化评估周期 I_{CE} ，见公式 16；

$$t_{end} - t_{start} \leq I_{CE} \quad \dots\dots\dots (16)$$

式中：

t_{end} —— 血压变化开始时间；

t_{start} —— 血压变化结束时间

I_{CE} —— 变化评估周期

- iii) t_{start} 与 t_{end} 之间发生重新初始化，该组数据剔除；

注 4: iii) 仅适用于最大重新初始化周期 $< 30\text{min}$ 的 CNBP，由于最大重新初始化周期大于等于 30min 的 CNBP 不允许发生重新初始化，见 5.3.3

- iv) 根据公式 17，分别计算参考血压变化值 ΔP_{ref} ，和 CNBP 血压变化值 ΔP_{sut} 。

$$\Delta P = P_{end} - P_{start} \quad \dots\dots\dots (17)$$

式中：

ΔP —— 参考血压变化值 (ΔP_{ref}) 或 CNBP 血压变化值 (ΔP_{sut})；

P_{end} —— 时间 t_{end} 时的血压值；

P_{start} —— 时间 t_{start} 时的血压值。

- v) 若 ΔP_{ref} 或 ΔP_{sut} 满足 5.3.2 h) 至 j) 的要求，根据公式 18 计算绝对误差 $E_{percent}$ 。

$$E_{percent} = \frac{|\Delta P_{sut} - \Delta P_{ref}|}{\max(|\Delta P_{sut}|, |\Delta P_{ref}|)} \cdot 100 \% \quad \dots\dots\dots (18)$$

式中：

ΔP_{ref} —— 参考血压变化值；

ΔP_{sut} —— CNBP 测量血压变化值。

- 4) 计算每个受试者所有 $E_{percent}$ 值的第 50 个百分位数；

- 5) 计算每个受试者所有 $E_{percent}$ 值的第 85 个百分位数。

- c) 对于每个待验证的血压参数（收缩压、舒张压、平均压），临床试验报告中应包含参考血压读数 P_{ref} 的直方图。

- d) 对于每个待验证的血压参数（收缩压、舒张压、平均压），临床试验报告中应包含所有纳入分析的 ΔP_{ref} 值的直方图。

注 5: 血压变化试验中无血压分布要求

5.3.5 可接受标准

对于每个待验证的血压参数（收缩压、舒张压、平均压），确认满足以下标准。

- a) 计算所有受试者第 50 个百分位数的平均值，应满足 $\leq 25\%$ 。

- b) 计算所有受试者第 85 个百分位数的平均值，应满足 $\leq 50\%$ 。

附录 A (资料性) 指南和原理说明

A.1 通用指南

附录 A 提供了本文件一些要求的基本原理,适用于熟悉本文件主题但未参与其开发的人员。理解此类要求的基本原理对于正确应用是至关重要的。此外,随着临床实践和技术的变化,相信这些原理将有助于根据这些发展对本文件进行任何修订。

A.2 特定条款和分条款的理由

以下是本文件中特定条款和子条款的基本原理,条款和子条款编号与文档正文中的编号平行。因此,编号不是连续的。

—3.2—连续自动无创血压计和

—3.5—间歇式自动无创血压计

连续自动无创血压计的定义不是以连续自动无创血压计提供的一系列血压参数(例如:收缩压、舒张压或平均动脉压)的时间分辨率的特定数值阈值为基础的。例如,连续自动无创血压计无需提供每次心跳的血压参数即可视为连续自动无创血压计。然而,本标准提供了比较连续自动无创血压计和有创参考的输出的规范,有创参考为每次心跳提供血压参数。

有创参考还提供作为时间函数的血压(mmHg 或 kPa)波形,采用远小于单个心动周期持续时间(即 < 1 s)的时间离散化,且仅受连续自动无创血压计的采样频率限制。但本标准并不提供试验方法验证无创连续自动无创血压计的这种血压波形输出

连续自动无创血压计通常设计用于连续采集患者的生理数据;但是,连续自动无创血压计也可能存在生理数据采集的短暂中断(如果这些在临床上对预期用途并无影响)。但是,在所有情况下,连续自动无创血压计的临床研究都涉及连续自动无创血压计的时间序列输出与有创参考的时间序列输出的不间断比较。通常情况下,生理数据收集过程中长时间的暂时中断会使连续自动无创血压计更难证明其支持预期用途的性能。

然而,间歇性自动无创血压计预期不用于连续监测患者血压随时间的变化。其仅旨在根据单次请求提供患者血压的准确快照。间歇性自动无创血压计的临床研究仅支持特定时间单次请求输出的准确性。另一方面,连续自动无创血压计的临床研究支持使用时间序列输出监测患者随时间的变化。

在代表性预期用途的条件下验证连续自动化无创血压计是非常重要的。例如,当参考和连续自动无创血压计同时记录患者的血压变化时,预期在 OR 中使用的连续自动无创血压计将在 OR 中进行测试。

4.2—概述

本文件的新颖之处在于引入了两种类型的连续自动无创血压计:A型和T型。委员会观察到临床实践的新趋势和推动这一决定的新技术解决方案。

如4.2所述,A型连续自动无创血压计是可提供以 mmHg 或 kPa 表示的血压测定值的连续自动无创血压计,与根据 ISO 81060-2 研究的医用电气设备(ME 设备)相同。

因此,对于 A 型连续自动无创血压计,应满足第 5 章中规定的所有三种临床研究方法的要求:血压测量准确性、血压变化试验和稳定性。

另外,T型连续自动无创血压计是可提供以 mmHg 或 kPa 表示的血压测定值的连续自动无创血压计,但可能存在未知的受试者特定补偿。无袖带连续自动血压计在首次使用前未初始化通常是这种情况。尽管这些连续自动化无创血压计不能提供“绝对”血压测定,但它们能准确跟踪血压变化,并可能与治疗应用相关。

对于 T 型连续自动化无创血压计,只需满足第 5 章中:血压变化试验和稳定性两种临床研究方法的要求。

注:适用于 T 型连续自动无创血压计的稳定性引入了补偿校正算法,允许与 A 型连续自动无创血压计的数据进行统计分析。

4.3.1 参考有创血压监测设备

动脉内压可以用充满盐水的导管和外部压力传感器或用导管尖端传感器来测量。临床实践中很少使用导管尖端传感器，但与导管传感器系统相比，它能提供更好的动态响应。

动脉内参考血压的准确测量需要使用计算机化的数据采集系统（DCS）。受试者监测系统的有创血压（IBP）通道上显示的数值经过过滤，并不代表真实的脉搏数值。此外，动脉内波形的记录允许识别影响动脉内置的严重的心律失常或伪影。

频率响应和阻尼系数对应满足 Gardner[1] 提出的动态要求。使用短硬管和去除导管—传感器系统中的气泡将改善频率响应特性。在研究期间，应注意动脉内导管记录的波形的任何恶化，并立即采取适当的纠正措施（例如冲洗或调整导管的位置）。

在使用连续自动无创血压计进行每次测量时，DCS 应记录动脉内压和连续自动无创血压计的模拟信号（如果有）。

4.3.2 数量

连续自动无创血压计的平均误差必须估计在可接受的标准误差范围内。假设正态分布和 95%置信度的平均误差估计值的标准误差的 Bland-Altman 公式 ES[见公式 (A.1)] 适用：

$$E_S = \sqrt{\frac{S_{\text{corr}}^2}{n}} \dots\dots\dots (A.1)$$

式中：

S_{corr} ——校正标准误差；

N ——独立测量次数。

带有听诊参考的 ISO 81060-2 提供了确定可接受 ES 的基准。ISO 81060-2 听诊参考规定了 85 名受试者，每名受试者进行 3 次测量。每例受试者的 3 次测量既不完全独立，也不完全依赖。然而，如果完全独立，则有 255 个独立的测量值，假设最坏情况下可接受的标准偏差为 8mmHg，则可接受的 ES 的下限为 0.5mmHg。0.5 mmHg 是 ISO 81060-2 允许的最小平均误差的 10%。0.6 mmHg 是本文件允许的最小平均误差的 10%，因此，本文件使用 0.6 mmHg 的 ES。

本文件允许的最大（最差情况）可接受校正标准误差为 $s_{\text{corr}} = 10$ mmHg。然后，所需的独立测量次数为 278 次。

本文件旨在给出明确且易于应用的说明，以确定所需的试验受试者数量，同时利用对单个受试者进行多次重复测量可获得的额外把握度。

必须确定通过对 k 例受试者进行 r 次重复测量获得的独立测量的有效次数。类内相关系数比较了受试者间和受试者内方差，因此，通过测量多个受试者与同一受试者的重复测量值来量化误差分布，并允许计算通过对 k 例受试者进行 r 次重复测量获得的独立测量值的有效数量见公式 (A.2)：

$$n = k[1 + (1 - I_{\text{cc}})(r - 1)] \dots\dots\dots (A.2)$$

绝对一致性，单因素随机效应模型 I_{cc} 由公式 (A.3) 给出：

$$I_{\text{cc}} = \frac{S_b^2}{S_b^2 + S_w^2} = \frac{\frac{\mu_{\text{SB}} - \mu_{\text{SW}}}{r}}{\frac{\mu_{\text{SB}} - \mu_{\text{SW}}}{r} + \mu_{\text{SW}}} \dots\dots\dots (A.3)$$

假设受试者内测量没有规定的模式。单因素随机效应模型 I_{cc} 的优点是，它是根据与本文件已经用于计算校正标准误差的类间均方 (μ_{SB}) 和类内均方 (μ_{SW}) 相同的均方计算的。

本文件所涵盖的连续自动无创血压计将执行初始化，然后进行连续测量。初始化过程中获得的信息漂移将对测量误差引入时间依赖性。因此， I_{cc} 可能取决于采样间隔（测量之间的时间）和采样持续时间（进行测量的时间）。只要在临床研究中使用相同的测试条件（采样间隔和采样时间）来确定受试者人数和每个受试者的重复测量次数，这就是可以接受的。换句话说， I_{cc} 是测试条件的特征，也是连续自动无创血压计的特征。

此外，通过计算试验数据的 I_{cc} 验证试验的功效，并确认在计算受试者数量时其小于或等于假设的 I_{cc} 。

T 型连续自动无创血压计提供的血压值预期不是绝对准确的，因此在评估 T 型连续自动化无创血压计的稳定性时，去除恒定的受试者特定补偿是正确的。但是，在计算 ICC 时，必须使用绝对血压值，以评估受试者间和受试者内误差的相对贡献。由于未知的恒定受试者特定补偿，与 A 型连续自动无创血压计相比，T 型连续自动无创血压计通常具有更大的受试者间误差和更大的 ICC。

如果 T 型连续自动无创血压计只输出相对血压值，例如 $T = 0$ 的值为 0 mmHg，后续值仅相对于初始 0 mmHg 升高或降低，则在计算 ICC 时，应将这些相对血压值用作绝对血压值。

4.3.2.2 - 性别分布

虽然没有确切的证据表明血压计在男性和女性受试者中的性能不同，但一些研究表明可能存在偏差。

4.3.2.3 - 年龄分布

考虑到本文件中有创参考文献的单独使用，委员会建议对受试者进行年龄分类。FDA 指南文件（见参考文献 [7] 和 [8]）提供了儿科亚组的年龄范围。

如 ISO 81060-2 中所述，对于分析的最高儿童，儿童的正常收缩压/舒张压上限从 1 岁时的约 114/66 mmHg (15, 20/8, 80 kPa) 增加至 12 岁时的 135/91 mmHg (18, 00/12, 13 kPa)。参考文献 [9] 包含附加信息。

由于这个原因，像对成人进行研究那样，精确地确定“高血压”的血压值是不切实际的。此外，幼儿原发性高血压的患病率很低，使得临床研究要求高血压儿童极难进行。此外，高血压婴儿的收缩压和舒张压值约为血压正常成人的平均值。因此，连续自动无创血压计在该血压范围内的准确性不会受到重大“挑战”。因此，在对 12 岁以下个体进行的任何临床研究中，均无正当理由要求高血压儿童儿科。

4.3.2.4 - 特殊受试者人群

在某些受试者人群中，血压计的准确性可能存在问题。这可能由受试者特征引起，如年龄、妊娠、血管活性药物治疗、糖尿病、外周动脉疾病或影响动脉顺应性的其他疾病。在临床研究过程中也会出现类似的问题，如果受试者特征增加了受试者血压的变异性，可能会影响连续自动无创血压计和参考血压计的准确性。示例包括房性或室性心律失常。

尽管在房颤受试者中进行的血压临床研究具有临床意义，但目前尚无普遍接受的指南来测量此类受试者的血压。

4.3.4 - 动脉参照部位

整个动脉树的动脉压并不恒定；尽管与心脏更近端的部位相比，心脏更远端的部位的舒张压和平均动脉压较低，但收缩压并不总是如此。这种所谓的脉冲放大的原因可以从动脉树的血管特性中找到 [10]。这意味着中心主动脉、肱动脉和桡动脉的收缩压、舒张压和平均动脉压是不同的。因此，对于用户来说，了解参考部位以正确解释测量值非常重要。

4.4 - 横向差异

假定在正常情况下，双臂血压相同，双臂对心脏具有镜像生理机能。但是，可能存在解剖学变异（例如动脉狭窄）的受试者，这可能导致两组之间的血压差异。因此，在参考读数和连续自动无创血压计测量结果代表对侧手臂的情况下，允许用户校正横向差异。

5.1.3 数据分析

在用于确定准确性的记录数据中，理论上可以获得从有创参考血压波形的每个搏动周期（即收缩压、舒张压和平均动脉压）获取的值与对应时间 CNBP 的输出之间值的差异。

来自同一受试者的数据，尤其是逐拍数据，本质上是高度相关的。

为了减少这种相关性，并考虑到大多数 CNBP 输出值为特定窗口内（例如 5—10s）的平均值，记录的数据被分为参考血压值平均值的段。

分段持续时间尽可能匹配 CNBP 最小输出周期。

注：例如，如果 CNBP 每 10 次心跳输出值，则可以选择分段持续时间为 10s。

5.1.4 验收准则

本文件的目的是，根据本文件进行临床试验的 CNBP 具有与根据 ISO 81060-2 进行临床试验的间歇性无创血压计相当的性能和安全性水平。两类血压计的计算误差标准差的统计方法不同：

a) ISO 81060-2 将连续自动无创血压计估计值与参考测量值之间的所有误差差异设置在一个标准差以内，为 0mmHg。本文档未将任何误差差异设置为零。

b) 在本文档中，在每个患者中进行多次测量，考虑误差差异的实验标准差的计算。因为数据部分依赖，并且误差的实验标准差相应地扩大，有关更多信息，请参阅参考文献 [11]。

因此，本文件使用的统计方法产生的误差标准偏差大于 ISO 81060-2 在应用于相同数据集时产生的误差标准差。因此，本文档的以标准限值 (± 6 mmHg 平均误差和 10 mmHg 校正标准误差) 替为 ISO 81060-2 的标准限值 (± 5 mmHg 平均误差和 8 mmHg 标准误差)

5.2—稳定性方法

图 A.1 提供了 5.2.2 中给出的稳定性方法过程的图形表示。图 A.1 的第一行涉及 5.2.2 b)，第二行涉及 5.2.2 c)，第三行涉及 5.2.2 d)，最后一行涉及 5.2.2 e)。

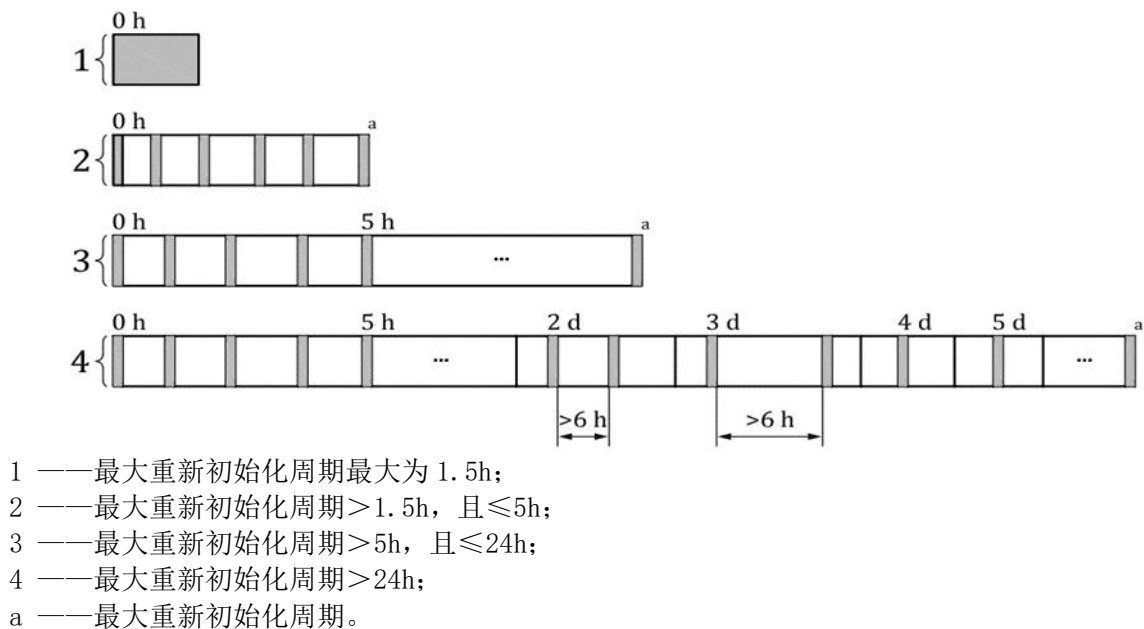


图 A.1 需要根据 5.2.2 进行稳定性程序的试验周期的图形表示

图 A.2 提供了 5.2.3 中描述的稳定性方法的数据分析的图形表示。图 A.2 强调，对所有 k 个受试者分析每一个测试期的数据。每个测试周期的详细数据分析可以在 5.2.3 c) 至 f) 中找到。

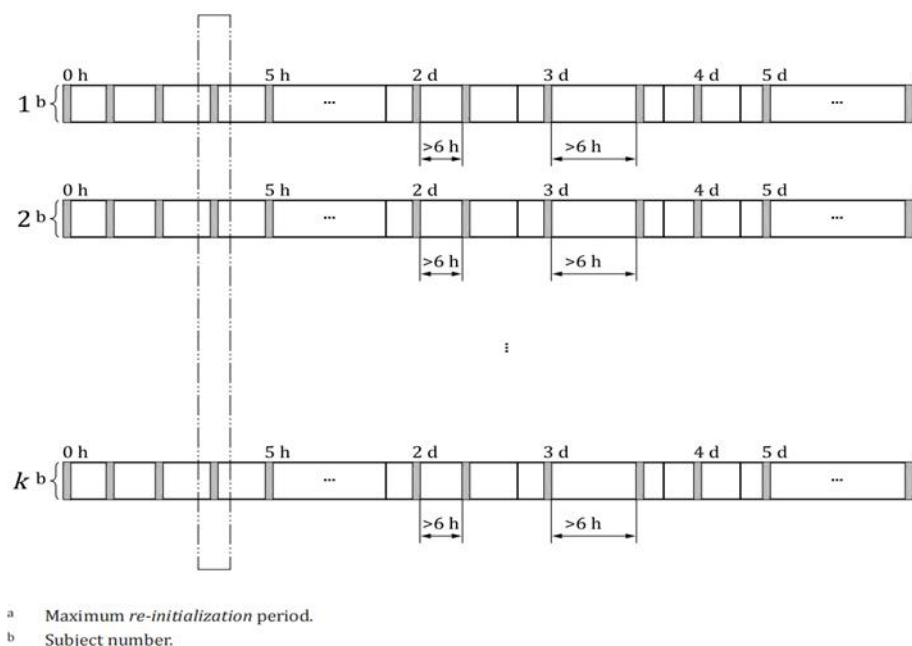


图 A. 2 根据 5. 2. 3 进行的数据分析的图形表示

5. 3. 1—变更评估间隔

委员会审议了为选择变更评估间隔指定一个最大值；特别是，委员会考虑了各种潜在的最大值，例如连续自动无创血压计的最小输出周期，30 秒，2 分钟等。然而，关于血压变化在临床上具有统计学意义的时间尚未达成共识。因此，开发了一个框架，制造商通过声明变更评估间隔并根据该文件进行临床试验来设置临床相关的时间尺度，以验证该区间内的变化跟踪能力。因此，本文档适用于尽可能广泛的用例和临床设置。

通常，选择较短或较长的变化评估间期可能会影响变化分析的结果。在使用说明中披露的变化评估间期的正确解释也可能存在不确定性。本文档未提供用于证明所公开的变化评估间期是否适合连续自动无创血压计预期用途的方法。

5. 3. 2—General

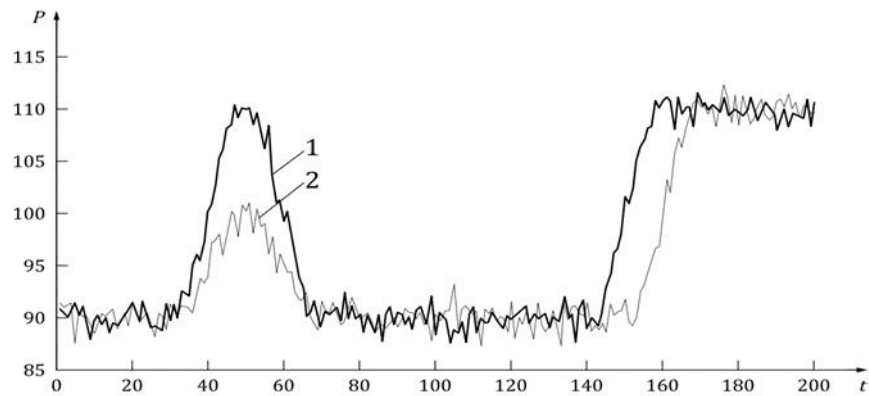
根据本文件研究的连续自动无创血压计通常用于测量临床环境中血压变化具有治疗结果的连续血压变化。因此，该文件需要 CNBP 检测和报告血压的临床显著变化。

委员会成员进行了从急性重症监护到门诊家庭护理等一系列临床环境的“客户之声”调查和研究，以确定在各种临床环境中构成血压的临床显著变化的因素。结果发现，在广泛的临床环境中，人们普遍同意最小临床上显著的血压变化。委员会使用这些共识值来设定最小参考血压变化值：10mmHg 舒张压，15mmHg 收缩压和 12mmHg 平均动脉压的。

5. 3. 4—数据分析

为了清楚起见，给出了单个受试者血压变化数据分析方法的示例。

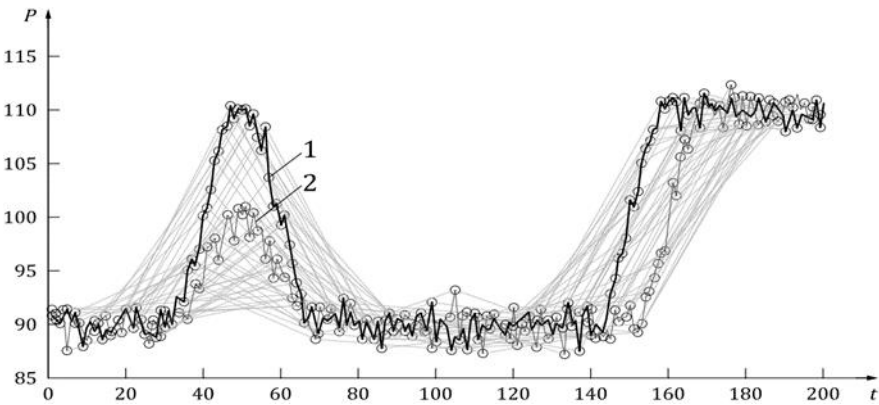
图 A. 3 显示了测试和参考 MAP 血压测量的时间序列，其中血压值随时间变化。其一，连续自动无创血压计报告的变化小于参考血压变化，其二，连续自动无创血压计输出在时间上滞后于参考血压。



序号说明：
P —— 血压值 (mmHg) ；
t —— 时间 (任意) ；
1 —— 参考血压计；
2 —— CNBP。

图 A. 3 参考血压计和连续自动无创血压计的连续平均动脉压值的时间序列

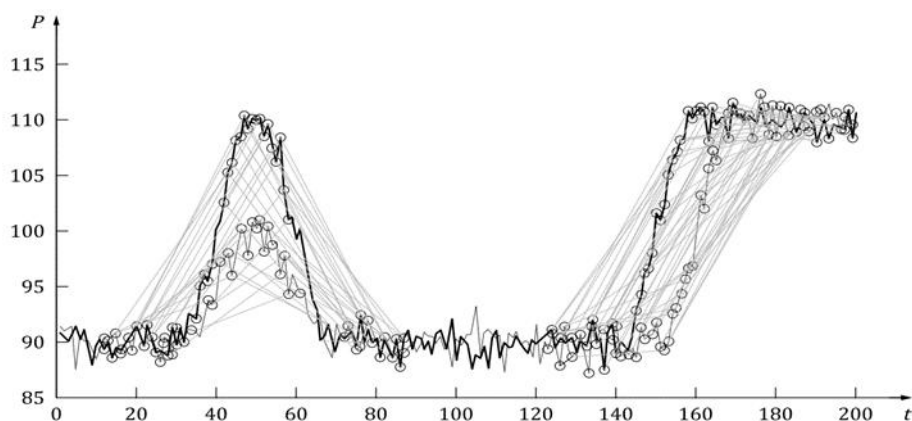
图 A. 4 显示了连接变化评估区间为 30 的所有配对血压值的黑线，即符合公式 (16) 的所有配对血压值。



序号说明：
P —— 血压值 (mmHg) ；
t —— 时间 (任意) ；
1 —— 参考血压计；
2 —— CNBP。

图 A. 4 30 变化评估间隔内的所有对血压值

图 A. 5 显示了连接图 A. 4 中血压变化超过 12 mmHg 的 MAP 阈值的配对血压的黑线。



序号说明:

P —— 血压值 (mmHg);

t —— 时间 (任意);

1 —— 参考血压计;

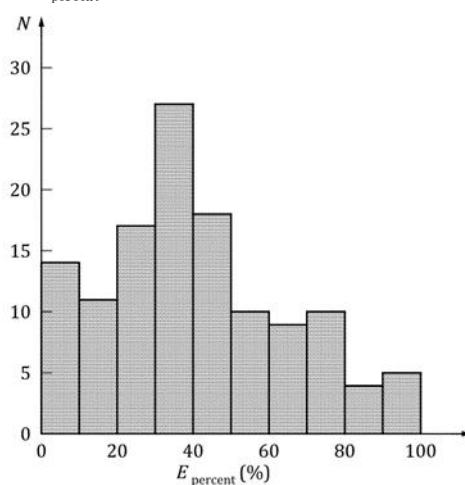
2 —— CNBP。

图 A.5 在变化评估间隔为 30 且大于平均动脉压阈值 12 mmHg 的范围内所有成对的血压值

图 A.5 所示有 70 个变化事件符合纳入血压变化数据分析的标准。很明显,可以在相对较短的时间内找到大量要包含在分析中的变化事件。

计算这些变化中的每个 E_{percent} 。例如, E_{percent} 的平均值为 36.2%, 第 50 个百分位数为 33.0% (即 血压变化中 50% 的 $E_{\text{percent}} < 33\%$), 第 85 个百分位数为 54.5% (即血压变化中 85% 的 $E_{\text{percent}} < 54.5\%$)。

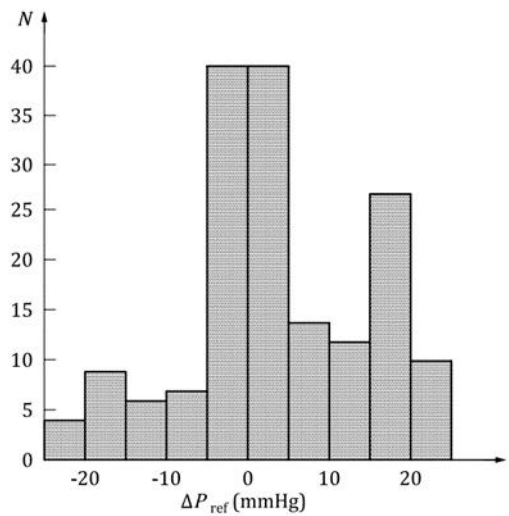
例如,图 A.6 显示了该数据集 E_{percent} 直方图。



N —— 个数。

图 A.6 百分比的直方图

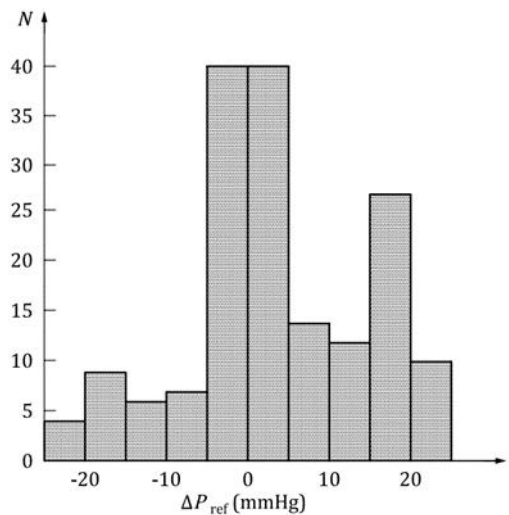
例如,图 A.7 显示了该数据集所有参考读数 P_{ref} 的直方图。



N ——个数。

图 A. 7 Pref 的直方图示例

例如，图 A. 8 显示了该数据集所有 ΔP_{ref} 的直方图。



N ——个数。

图 A. 8 ΔP_{ref} 的直方图示例

对所有受试者重复此过程，并计算所有受试者的血压变化的第 50 个百分位和第 85 个百分位的平均值。

A. 3 听诊参考方法

在本文件的起草过程中，投入了大量时间尝试将听诊参考方法作为无创替代方法纳入文件中。然而，由于听诊测量的特殊性，使得这种测量极其困难，并且几乎没有数据支持文件中给出的方法，最终决定不将听诊参考方法纳入本文件的标准部分。

这意味着委员会不建议将听诊参考方法用于连续自动无创血压计的临床研究。

导致这一决定的听诊参考方法的关键问题之一是需要三次重复测量来确定一个参考值，并且在这三次重复测量过程中，血压需要保持稳定。这使得跟踪变化（尤其是仅在几分钟内发生的变化）极其困难，因为血压在变化后不久通常不稳定。

虽然委员会提出了一个试图处理这一问题的程序，但很少有经验或数据表明，这一程序可以可靠地应用和用作参考。

因此，决定不将这些关于听诊参考方法的程序放入文件中。但未来关于在文件中增加听诊参考方法的讨论是可能的，至少可以部分建立在委员会之前的努力基础上。

参 考 文 献

- [1] Gardner R.M., Direct blood pressure measurement — Dynamic response requirements, *Anesthesiology*, 54, 1981, 227-236
- [2] Bland J.M., Altman D.G., Agreement Between Methods of Measurement with Multiple Observations Per Individual, *J Biopharm Stat*, 17:4, 2007, 571-582
- [3] Bland and Altman, “Statistical methods for assessing agreement between two methods of clinical measurement”, *The Lancet* 327, 1986, 307-310
- [4] McGraw and Wong, “Forming Inferences About Some Intraclass Correlation Coefficients”, *Psychological Methods* 1, 1996, 30-46
- [5] Tholl U. et al. The "Stamp of Quality" (Guetesiegel) protocol of the German League against Hypertension — a new validation protocol for blood pressure measuring devices and results of 28 device tests, *J. Hypertens.*, 21(4), 2003, 232-233
- [6] Tholl U. et al. The Stamp of Quality (Prüfsiegel) of the German Hypertension League for the clinical validation of blood pressure measuring devices: results from 51 devices under test, *Dtsch. Med. Wochenschr*, 131, 2006, 1-7
- [7] Premarket Assessment of Pediatric Medical Devices Guidance for Industry and Food and Drug Administration Staff. March 24, 2014. Available at <https://www.fda.gov/media/73510/download>
- [8] Providing Information about Pediatric Uses of Medical Devices Guidance for Industry and Food and Drug Administration Staff. May 1, 2014. Available at <https://www.fda.gov/media/85233/Download>
- [9] Fourth Report on the Diagnosis, Evaluation, and Treatment of High Blood Pressure in Children and Adolescents, *Pediatrics* 114, 2004, 555-576
- [10] Biomechanics: Mechanical Properties of Living Tissues, Fung Y. C., Springer-Verlag, New York 1993, ISBN 978-1-4757-2257-4
- [11] Bland and Altman, “Measuring agreement in method comparison studies”, *SMMR* 8, 1999, 136-160
-