文章编号:1004-7220(2024)02-0305-07

基于 SGGC-Net 动作捕捉系统解析行走 步态的信度与效度

朱 琳¹, 董鹏程², 沈培鑫¹, 陈 浩², 孙建德^{2*}, 宋祺鹏^{1*} (1.山东体育学院 研究生教育学院, 济南 250100;2.山东师范大学 信息科学与工程学院, 济南 250300)

摘要:目的 以有标记点三维运动捕捉系统(Vicon)为参照标准,比较基于 SGGC-Net 的动作捕捉系统(SGGC-Net 系统)和 SIMI 系统解析行走步态的信度和效度。方法 招募 30 名健康大学生,分析其在跑步机行走时的步态特征。应用 Vicon 系统 12 台红外摄像头及 4 台摄像机同步采集运动学数据,获取右侧参与者肩、肘、髋、膝和踝关节 三维空间角度。采用组内相关系数(intra-class correlation coefficient, ICC)及其 95% 置信区间和测量标准误差 (standard errors of measurement, SEM)评估信度;采用多重相关系数(multiple correlation coefficients, CMC)和均方根 误差(root mean square error, RMSE)评估效度。结果 SGGC-Net 系统解析上、下肢三维空间角度最大、最小值的 ICC 范围为 0. 798~0.990, SEM 范围为 0. 04°~0.95°; SIMI 系统的 ICC 范围为 0. 650~0.967, SEM 范围为 0. 31°~1.24°。除髋关节最小角度和膝关节最大角度外, SGGC-Net 系统解析所有角度的 ICC 均高于 SIMI 系统,且 SEM 均低于 SIMI 系统。与 Vicon 系统得出的上、下肢主要关节角度曲线相比, SGGC-Net 系统得出的曲线 CMC 范围为 0. 945~0.996, RMSE 为 1. 44°~4.65°; SIMI 系统的 CMC 范围为 0. 815~0.986, RMSE 为 2. 56°~9.99°。除踝关节外, SGGC-Net 系统在所有角度上的 CMC 均大于 SIMI 系统, RMSE 均小于 SIMI 系统。结论 SGCC-Net 系统在大多数指标中的信度和效度优于 SIMI 系统, 其在解析行走步态时具有较好的可重复性和准确性,可适用于无标记点情境下的动作捕捉,如运动员动作技术分析与特殊人群的临床步态解析。

关键词:动作捕捉;信度;效度;关节角度;行走步态

中图分类号: R 318.01 文献标志码: A

DOI: 10. 16156/j. 1004-7220. 2024. 02. 017

Reliability and Validity of the SGGC-Net-Based Motion Capture System for Analyzing Walking Gait

ZHU Lin¹, DONG Pengcheng², SHEN Peixin¹, CHEN Hao², SUN Jiande^{2*}, SONG Qipeng^{1*}

(1. College of Graduate Education, Shandong Institute of Physical Education, Ji' nan 250100, China; 2. College of Information Science and Engineering, Shandong Normal University, Ji' nan 250300, China)

Abstract: Objective The reliability and validity of the SGGC-Net-based motion capture system (SGGC-Net system) and SIMI system for parsing walking gait were compared using a three-dimensional (3D) motion capture system (Vicon) with marker points as a reference standard. Methods Thirty healthy college students were recruited, and their gait characteristics while walking on a treadmill were analyzed. Kinematic data were collected using the Vicon system, and video data were collected synchronously using four cameras to obtain the right shoulder, elbow, hip, knee, and ankle joint angles. Reliability was assessed using intraclass correlation

收稿日期:2023-08-08;修回日期:2023-09-22

基金项目:国家自然科学基金项目(12102235)

通信作者:宋祺鹏,教授,E-mail:songqipeng@sdpei.edu.cn;孙建德,教授,E-mail:jiandesun@hotmail.com

^{*}为共同通信作者

coefficients (ICCs) with 95% confidence intervals and standard error of measurement (SEM). Validity was assessed using multiple correlation coefficients (MCCs) and root mean square errors (RMSEs). **Results** The ICCs of the maximum and minimum 3D coordinate angles of the upper and lower limb joints of the SGGC-Net system ranged from 0.798-0.990 with an SEM of $0.04^{\circ}-0.95^{\circ}$, and the ICCs of the SIMI system ranged from 0.650-0.967, with an SEM of $0.31^{\circ}-1.24^{\circ}$. The ICCs of the SGGC-Net system were higher than those of the SIMI system for all joint angles except for the minimum hip and maximum knee angles. Compared to the joint angle curves derived from the SIMI system, the MCCs of the curves derived from the SGGC-Net system ranged from 0.945-0.996, with RMSEs of $1.44^{\circ}-4.65^{\circ}$, and the multiple correlation coefficients of the SIMI system ranged from 0.815-0.986, with RMSEs of $2.56^{\circ}-9.99^{\circ}$. The MCCs of the SGGC-Net system were greater than those of the SIMI system at all angles except for the ankle joint. The RMSEs of the SGGC-Net system were smaller than those of the SIMI system at all angles except for the ankle joints. **Conclusions** The SGGC-Net system were system has better reliability and validity than the SIMI system in most of the variables, and it has better repeatability and accuracy in analyzing walking gait. It can be applied to motion capture environments without marker points, such as technical analysis of athletes' movements and clinical gait analysis of special populations.

Key words: motion capture; reliability; validity; joint angles; walking gait

动作捕捉已经广泛应用于康复医学和体育科 学等领域。在康复医学领域,动作捕捉常被用于异 常步态识别和康复评价^[1];在体育科学领域,动作 捕捉具有改进动作质量、提高运动成绩的效果^[2]。 步行是最常见的人体行走动作,其动作集中于髋、 膝、踝关节的运动,以及由下肢带动的上肢肩、肘关 节运动^[3]。

目前常用的动作捕捉系统存在优缺点。以 Vicon(Oxford Metrics 公司,英国)为代表的红外动 作捕捉系统精度高,是业内公认的金标准^[4]。然 而,Vicon 对操作者的技术和经验要求较高,仅适用 于实验室环境,且需要在参与者身上粘贴标记点, 影响运动表现^[5];以 SIMI(Simi Reality Motion Systems 公司,德国)为代表的光学标记系统在体育 领域有较广的应用^[6]。因 SIMI 的准确性较高,且 无标记模式无需粘贴标记点,对运动员的动作无影 响,故在体育比赛中获得普遍应用^[7]。然而,后期 数据分析耗时,需人工逐帧补点,工作量大周期长, 且无法保证数据的稳定性^[8]。

基于计算机视觉的无标记动作捕捉系统可以 提供高效的实时反馈,这类系统在计算机视觉领域 也被称作人体姿态估计。Sun 等^[9]提出了一种人体 姿态估计网络 HRNet,通过并行连接多分辨率的子 网络,融合多尺度特征,学习到可靠的高分辨率特 征。Cao 等^[10]提出了 OpenPose,使用卷积姿态 机^[11]来预测关键点坐标,通过热图和部分亲和场将 关键点与每个人相关联,在部分亲和场可以对位置进行编码,将估计的关键点组成不同的人体姿态。 Xiao 等^[12]采用 Simple Baselines 简化模型,在主干 网络的末端加入少数的反卷积层实现上采样功能, 来估计关键点的热图。上述人体姿态估计网络结 构都较为复杂,参数量较多,致使检测速度过慢,难 以贴合实际应用。

基于 SCGC-Net 的自动图像分析有助于解决上 述问题。SGGC-Net 是使用深度卷积神经网络实现 的一种人体骨骼关键点检测网络(见图 1),使用 1 个具有 11 万张图像的数据集 COCO^[13] 对 SGGC-Net 进行训练。SGGC-Net 是在 HRNet^[9]框架体系 下重新设计的人体骨骼关键点检测网络,该网络框 架更新设计了新的轻量级瓶颈模块以及残差模块, 在保证精度的前提下降低了网络的参数,提高了对 人体骨骼点检测的效率^[13]。这种深度卷积的训练 模式一方面能摆脱场地限制,减少测试前粘贴标记 点的准备工作;另一方面能通过自动识别节省人





Fig. 1 Diagram of SGGC-Net network structure

力,提高动作捕捉的效率,做到实时反馈^[14]。然而, 基于 SGGC-Net 的自动图像分析目前没有获得广泛 应用,这可能与信度与效度验证的研究不足有关。

山东体育学院运动生物力学团队与山东师范大 学信息与通信工程学院合作,自主研发了一套基于 SGGC-Net 的动作捕捉系统(SGGC-Net 系统)。该系 统通过 SGGC-Net 自动识别并标记录像视频中的人 体关键点,具有缩短数据处理时间、降低设备购置成 本等潜质。SGGC-Net 系统可以在不粘贴标记点或佩 戴传感器的情况下实现运动分析,适用于运动员动作 技术分析和临床特殊人群的动作捕捉,这也是 SGGC-Net 系统的主要应用场景。因此,本文以 Vicon 系统 为参照标准,比较 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统解析跑 步机行走过程中上、下肢关节角度的信度和效度。本 研究假设:① SGGC-Net 系统的信度高于 SIMI 系统; ② SGGC-Net 系统具有较好的效度,与 Vicon 系统所 得曲线的相似程度高于 SIMI 系统。

1 方法

1.1 参与者

根据组内相关系数(intraclass correlation coefficient, ICC)进行样本量估算^[15]。根据文献[16] 中ICC结果(ICC为0.80~0.95),设ICC=0.8,实验的I类误差*a*为0.05,统计效能为0.8,计算出所需的最小样本量为25人。本研究由山东体育学院伦理委员会批准,所有参与者均签署知情同意书。

招募 30 名大学生(18 名男性,12 名女性),年 龄(20.7±1.2)岁,身高(171.1±8.5) cm,体质量 (67.3±8.6)kg。纳入标准为:年龄 18~26岁;行走 流畅;有在跑步机行走的经历。排除标准包括:近 3个月有运动损伤,如踝关节扭伤;有严重损伤史, 如韧带或肌肉骨骼损伤、神经紊乱、骨折;有心血管 病史。

1.2 测试流程

在实验室中央放置跑步机(T19X, Adidas 公司,德国),12台红外摄像头围绕跑步机等分放置,设定拍摄频率为100 Hz,快门速度为1/1 000 s^[17];在跑步机的左后方、左前方、右后方、右前方放置4台可见光摄像机(GZ-RY980, JVCKENWOOD 公司,日本),每台相机与邻近两个相机主光轴的夹角约为90°^[18],相机高度1.25 m,距离跑步机约为

5 m,为保证所拍摄动作的解析精度,设定拍摄频率为100 Hz。为在保证进光量的同时减少拖影,设置快门时间为 1/1 000 s^[19]。红外摄像头采集的数据供 Vicon 红外动作捕捉系统使用,可见光摄像机采 集的数据供 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统使用(见图2)。



图 2 实验室设置 Fig. 2 Laboratory setup

参与者身穿统一黑色紧身测试服完成跑步机 行走任务,速度为5 km/h,连续测试3次,每次持续 30 s。本研究选择跑步机行走而不是地面行走,原 因如下:① 受试者动作位置固定,人体不会超出拍 摄范围,有利于使用更少的摄像机或摄像头和采集 更多的步态;② 有利于精确控制行走速度;③ 参与 者与摄像机或摄像头的距离大致是恒定的,画面中 人体的大小不会发生变化,增加拍摄精度。

使用 12 台红外摄像头和 4 个常规可见光摄像 机同步拍摄行走过程。Vicon 系统使用参与者身上 粘贴的 41 个标记点(Helen-Hayes 模型^[20])采集运 动学数据,SGGC-Net 系统和 SIMI 系统通过手动标 记 17 个关键解剖位置来采集运动学数据(见图 3)。



图 3 标记点标记位置

Fig. 3 Marking location of marker points

注:绿色大圆点为 17 个关键解剖位置,用于 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统;银色小圆点为 41 个标记点位置,用于 VICON 系统。

1.3 数据处理

分别用 SGCC-Net 系统和 SIMI 系统将视频重 复解析两次(间隔 1 周^[21])以比较其信度;将 Vicon 系统分别与 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统的结果进 行比较以比较其效度。使用 ICC 和测量标准误差 (standard error of measurement, SEM)来评价信 $\mathbb{E}^{[22]}$ 。使用多重相关系数(multiple correlation coefficient, CMC)和均方根误差(root mean square error, RMSE)来评价效度^[23]。

数据导入 Visual 3D(C-Motion 公司,美国)进行 建模并创建关节中心点。从每帧图像中视觉识别 右脚后跟接触地面到右脚后跟第 2 次接触地面定 义为1个步态周期^[24]。关节角度定义为该关节中 心与相邻两个关节中心在三维空间的夹角。选取 18 个完整的步态周期(3 次测试×6 个步态周期)进 行分析。

1.4 指标

SEM 的计算公式如下:

$$SEM = SD\sqrt{1 - ICC}$$
(1)

式中:SD 为标准差;ICC 为组内相关系数。

CMC 的计算公式如下:

$$CMC = \sqrt{1 - \frac{\sum_{i=1}^{m} \sum_{j=1}^{n} \frac{(y_{ij} - \bar{y}_{j})^{2}}{\sum_{i=1}^{m} \sum_{j=1}^{n} \frac{(y_{ij} - \bar{y})^{2}}{mn - 1}}$$
(2)

式中:m 为曲线的条数,m=2;n 为每条曲线数据的 个数; y_{ij} 为第i 条曲线的第j 个数据; \bar{y}_j 为m 条曲线 的第j 个数据的平均值; \bar{y} 为m 条曲线n 个数据的

表 1 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统测量关节角度最大值和最小值的信度

总体均值[25]。

RMSE 的计算公式如下:

RMSE =
$$\sqrt{\frac{1}{n} (\sum_{i=1}^{n} (y_i - \tilde{y}_i)^2)}$$
 (3)

式中:n 为每条曲线数据的个数; y_i 代表第i 个数据 的实测值,本研究中为 Vicon 系统的值; \tilde{y}_i 为第i个数据的预测值,本研究中为 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统的值。

1.5 统计处理

采用 SPSS 26.0 软件(IBM 公司,美国)处理数据,基于平均值(*k*=3)、绝对一致性、双向混合效应模型^[15],计算 ICC 及其 95% 置信区间和 SEM 检验 其信度^[15]。ICC<0.50 表示可靠性差,ICC=0.50~ 0.75 可靠性中等,ICC=0.75~0.90 可靠性良好, ICC>0.9 可靠性优异^[26]。CMC=0~0.25 表明曲线 间没有相似性,CMC=0.25~0.50 较小相似性, CMC=0.50~0.75 中度相似性,CMC>0.75 高度相 似性^[27]。

2 结果

SGGC-Net 系统解析上、下肢三维空间角度最大、 最小值的 ICC 范围为 0.798~0.990, SEM 范围为 0.04°~0.95°; SIMI 系统的 ICC 范围为 0.650~0.967, SEM 范围为 0.31°~1.24°。除髋关节最小值和膝关节 最大值外, SGGC-Net 系统解析所有角度指标的 ICC 均 高于 SIMI 系统, SEM 均小于 SIMI 系统(见表 1)。

与 Vicon 系统得出的曲线相比, SGGC-Net 系统得出的曲线 CMC 范围为 0.945~0.996, RMSE 为

Tab. 1	Reliability of the maximum	and minimum val	lues of joint angl	es measured by the	e SGGC-Net system a	nd the SIMI system
--------	----------------------------	-----------------	--------------------	--------------------	---------------------	--------------------

半共	半共角座	SGGC-Net 系统		SIMI 系统		
大口	大卫用反	ICC(95%CI)	SEM/(°)	ICC(95%CI)	SEM/(°)	
肩	最小值	0.975(0.839~0.993)	0.14	0.841(0.460~0.944)	0.77	
	最大值	0.964(0.896~0.980)	0.25	0.883(0.648~0.957)	1.04	
肘	最小值	0.986(0.870~0.997)	0.12	0.967(0.583~0.993)	0.31	
	最大值	0.990(0.972~0.997)	0.04	0.880(0.457~0.962)	0.44	
價宽	最小值	0.798(0.465~0.923)	0.94	0.842(0.633~0.936)	0.46	
	最大值	0.890(0.745~0.973)	0.32	0.782(0.520~0.910)	0.54	
膝	最小值	0.946(0.844~0.982)	0.08	0.677(0.419~0.895)	1.24	
	最大值	0.804(0.489~0.938)	0.72	0.841(0.524~0.948)	0.61	
踝	最小值	0.949(0.617~0.987)	0.42	0.764(0.299~0.923)	0.84	
	最大值	0.862(0.146~0.965)	0.95	0.650(0.404~0.889)	1.20	

注:CI为置信区间。

1.44°~4.65°; SIMI 系统的 CMC 范围为 0.815~0.986, RMSE 为 2.56°~9.99°。除踝关节外, SGGC-

Net 系统在所有角度上的 CMC 均大于 SIMI 系统, RMSE 均小于 SIMI 系统(见图 4)。

309



图4 步态周期关节角度波形图及其多重相关系数和均方根误差

Fig. 4 Joint angle waveforms in a gait cycle with their multiple correlation coefficients and root mean square errors

(a) Shoulder angle, (b) Elbow angle, (c) Hip angle, (d) Knee angle, (e) Ankle angle

3 讨论

本研究以 Vicon 系统为参照标准,比较了 SGGC-Net 系统和 SIMI 系统解析跑步机行走步态的 信度和效度。研究结果部分支持了本文假设,即 SGGC-Net 系统大多数指标的信度优于 SIMI 系统; SGGC-Net 系统与 Vicon 系统的曲线高度相似,误差 较小。

3.1 信度

大多数指标中,SGGC-Net 系统的信度优于 SIMI系统,该结果得到前人研究的部分支持。蔡莱 斯等^[28]对Kinect系统的研究结果表明,无标记动作 捕捉系统评估上肢运动功能的信度优异。SGGC-Net 属于数据驱动的人体姿态估计方法,采用了MS COCO数据集中的5.7万张图像用于训练,其中包 含15万个人体实例和2万张图像的测试数据。从 学习数据的角度来看,SGGC-Net系统从海量数据中 学习到的关节点定位相关经验比手动标注数据的 人员相比要丰富,因此,SGGC-Net 给出的关节点定 位的信度更好;而 SIMI系统的手动标记受操作者主 观因素的影响。

SGGC-Net 系统在髋关节角度最小值和膝关节

角度最大值的信度差于 SIMI 系统,但仍属于信度良 好(ICC = 0.798~0.804)。Needham 等^[29]研究发 现,将姿态估计算法应用于二维图像数据,重建三 维关节中心位置时,姿态估计导出的关节中心在 髋、膝关节处显示出系统性差异。髋关节角度最小 值 ICC 低可能与 SGGC-Net 对髋关节定位的偏差有 关,其对关节点的识别和定位主要依赖训练数据的 精度,而髋关节没有明显的关节中心^[27]。因此,在 训练数据的标注中,不同人对髋关节的定位会存在 个体的认知偏差。膝关节角度最大值 ICC 较低的 原因可能是人体双腿的交叉运动会干扰膝关节的 识别,识别不正确、定位不准确,最终导致检测到的 关节点与真实的关节点不匹配。此外,这种双腿的 交叉运动相对于相机帧率而言频率过高,容易导致 采集质量低,使系统产生识别错误^[30]。

SEM 结果表明, SGGC-Net 系统重复性比 SIMI 系统更高。人工手动标记过程中部分关键点位置 易被遮挡,需要操作人员根据经验进行识别。此 外,手动标记受操作者主观因素的影响,其标记质 量取决于解剖专业知识的掌握程度^[31]。与普通人 手动标注相比, SGGC-Net 使用足够多的数据进行训 练, 它学到的标注关键点的经验更丰富。此外, 与 手动标注相比,SGGC-Net 性能稳定,对于相同的数据,SGGC-Net 多次处理的结果相似。在自动跟踪过程中,即使出现个别标记点丢失,操作人员也要进行手动校正,这一过程也有助于提高自动跟踪的可靠性^[31]。

3.2 效度

在跑步机行走过程中,SGGC-Net 系统、Vicon 系统和 SIMI 系统的步态周期关节角度波形图总体趋势一致,CMC 数值均为高,只是曲线有一定的偏移。本文推测,主要原因是 3 个系统所识别关节中心点的方式不同。Vicon 系统是根据粘贴在体表的标记点计算关节中心点位置^[27],SIMI 系统是操作人员通过视觉识别进行手动标记关节中心^[32],而 SGGC-Net 系统则是通过 SGGC-Net 神经网络自动检测标记并跟踪关节中心。

SGGC-Net 系统解析大多数指标的效度比 SIMI 系统更好。杨雨馨等^[33]研究发现,基于 OpenPose 算法的计算机视觉运动捕捉系统得到的上、下肢关 节角度与 Qualisys 系统分析得到的关节角度之间具 有显著的高度相关性,即相关系数均大于 0.80,与 本文研究结果一致。SIMI 系统的效度差于 SGGC-Net 系统的主要原因可能是手工解析时关节遮挡较 多,而 SGGC-Net 基于海量训练数据,即使在有遮挡 的情况下,也能对被遮挡的部分做出相对准确的估 计。SGGC-Net 系统的肘关节误差较大,可能与 SGGC-Net 网络中的损失函数有关。该网络使用的 热图预测损失函数虽然可以提高检测精度,但少部 分关键点相对于标注的训练数据还是会出现偏移 且很难避免。此外,SGGC-Net 系统的误差均小于 5°,在步态分析中被认为是合理的^[34]。

SGGC-Net 系统解析踝关节角度指标的效度比 SIMI 系统更差。虽然差于 SIMI 系统,但仍与 Vicon 系统的曲线高度相似。刘东威等^[35]研究表明, Kinect 系统进行下肢功能运动评估时所获得的踝关 节角度与传统有标记运动捕捉系统呈现出很好的 一致性,与本文结果相似。SGGC-Net 系统踝关节的 效度低于 SIMI 系统的原因可能与 SGGC-Net 脚部 关键点识别的准确率有关。针对 SGGC-Net 的 MS COCO 数据集没有进行足尖标注的问题,本课题组 后期对 2 万张图像进行了足尖的标注。然而,由于 足尖的标注数据量较小,导致训练样本不均衡。因 此,在进行自动跟踪过程中,偶尔出现足尖未被识 别的现象,该结果与李翰君等^[27]下肢运动影像解析 研究中足尖存在的问题一致;另外,足尖的识别可 能还受鞋颜色的影响。

本研究局限性如下:①本文探究了跑步机行走 时不同系统的信效度差异,但由于跑步机行走和真 实地面行走步态存在差异,如跑步机行走时髋屈曲 峰值增加导致髋关节活动范围较大于地面行走^[36]、 跑步机行走时膝伸展角度较小及摆动时间较短导 致踝关节最大背屈角度小于地面行走^[37]、跑步机行 走时膝关节对踝关节的代偿导致膝屈曲角度大于 地面行走^[38]等。因此,本研究结果并不能表明 SGGC-Net系统在分析地面行走或其他场景动作时 具有与上述一致的信效度;②本文只探究了两种系 统的评分者内部信度,评分者间的信度有待进一步 研究。

4 结论

SGCC-Net 系统在大多数指标中的信度和效度 优于 SIMI 系统,其在解析行走步态时具有较好的可 重复性和准确性。

利益冲突声明:无。

作者贡献声明:朱琳负责研究设计、数据处理 与分析及论文撰写;董鹏程、沈培鑫、陈浩协助研究 实施、数据采集及数据处理;孙建德、宋祺鹏负责论 文指导及修改。

参考文献:

- OTA M, TATEUCHI H, HASHIGUCHI T, et al. Verification of validity of gait analysis systems during treadmill walking and running using human pose tracking algorithm [J]. Gait Posture, 2021(85): 290-297.
- [2] 刘生杰. 运动技术分析发展历程回顾和展望[J]. 体育研究 与教育, 2016, 31(2): 1-6.
- [3] 王洪生,白雪岭,张希安,等.人体行走过程中上肢运动仿 真及生物力学特征分析[J].上海交通大学学报,2009,43 (8):1302-1306.
- [4] 刘筱璨.惯性传感器与高速红外运动捕捉系统测量步态下 肢关节角度的比较[D].北京:北京体育大学,2019.
- [5] 滕君敏,马晔,刘东威,等. 基于深度学习融合算法的无标记点步态分析系统[J]. 医用生物力学,2022,37(4):733-740.

TENG JM, MA Y, LIU DW, *et al.* Markerless gait analysis system based on deep learning fusion algorithm [J]. J Med Biomech, 2022, 37(4): 733-740.

- [6] 李旭天.几种运动生物力学分析系统的研究[J].长春师范 学院学报,2006(4):91-94.
- [7] WINIARSKI S. Human locomotion analysis technique with SIMI Motion. [J]. Acta Bioeng Biomech, 2003, 1(5): 544-550.
- [8] 张马森,曲毅,崔婧,等.运动捕捉人工智能系统在速滑项目中的应用[J].科学技术与工程,2022,22(14):5674-5680.
- [9] SUN K, XIAO B, LIU D, et al. Deep High-resolution representation learning for human pose estimation [C]// Proceedings of 2019 IEEE/CVF Conference on Computer Vision and Pattern Recognition (CVPR). Long Beach: IEEE, 2019.
- CAO Z, SIMON T, WEI SE, *et al.* Realtime multi-person 2D pose estimation using part affinity fields [C]// Proceedings of 2017 IEEE Conference on Computer Vision and Pattern Recognition (CVPR). Honolulu: IEEE, 2017.
- [11] WEI SE, RAMAKRISHNA V, KANADE T, et al. Convolutional pose machines [C]//Proceedings of 2016 IEEE Conference on Computer Vision and Pattern Recognition (CVPR). Las Vegas: IEEE, 2016.
- [12] XIAO B, WU H, WEI Y. Simple baselines for human pose estimation and tracking [C]//Proceedings of European Conference on Computer Vision. Munich: ECCV, 2018.
- [13] LIN T, MAIRE M, BELONGIE S, et al. Microsoft COCO: Common objects in context [C]//Proceedings of European Conference on Computer Vision. Zurich: ECCV, 2014.
- [14] 孙冬, 宋杨, 岑炫震, 等. 基于计算机视觉的运动动作无标 记识别技术研究进展[J]. 上海体育学院学报, 2021, 45 (9): 70-85.
- [15] DONNER A, ELIASZIW M. Sample size requirements for reliability studies [J]. Stat Med, 1987, 6(4): 441-448.
- [16] 王铁强, 王晶, 张旻, 等. 三维步态分析对下肢生物力学变 化的重测信度研究[J]. 中国康复, 2018, 33(6): 486-489.
- [17] GUESS TM, BLISS R, HALL JB, et al. Comparison of Azure Kinect overground gait spatiotemporal parameters to marker based optical motion capture [J]. Gait Posture, 2022(96): 130-136.
- [18] BUND A, GHORBANI S, RATHJENS F. A threedimensional movement analysis of the spike in fistball [J]. Sports, 2016, 4(4): 55.
- [19] 王念,刘卉.我国优秀男子跳远运动员黄常洲起跳技术的生物力学分析[C]//第十一届全国体育科学大会.南京:[s.n.],2019.
- [20] JI Y, XU R, ZUO H, et al. Biomechanics analysis of the lower limbs in 20 male sprinters using the international society of biomechanics six-degrees-of-freedom model and the conventional gait model [J]. Med Sci Monit, 2021 (27): e933204.
- [21] MICHELINI A, ESHRAGHI A, ANDRYSEK J. Twodimensional video gait analysis: A systematic review of reliability, validity, and best practice considerations [J].

Prosthet Orthot Int, 2020, 44(4): 245-262.

[22] 周宇豪,许金芳,贺佳. 诊断试验一致性评价中几种方法的 比较及应用[J]. 中国卫生统计,2011,28(1):40-42.

311

- [23] 张文通,钮金圆,许光旭,等.一种便携式步态分析仪评估 脑卒中步态时空参数的信度与效度研究[J].康复学报, 2016,26(5):25-28.
- [24] DEJONG P, HATAMIYA NS, BARKLEY LC. Running gait analysis and biomechanics [J]. Curr Sports Med Rep, 2022, 21(4): 107-108.
- [25] 于佳彬,郝卫亚,周兴龙. 纵跳落地动作地面反作用力计算机仿真方法的研究[J]. 天津体育学院学报, 2013, 28(6): 497-501.
- [26] KOO TK, LI MY. A guideline of selecting and reporting intraclass correlation coefficients for reliability research [J]. J Chiropr Med, 2016, 15(2): 155-163.
- [27] 李翰君, 童丽平, 周兴龙, 等. 下肢运动影像解析与高速红 外运动捕捉系统实验数据的比较[J]. 北京体育大学学报, 2011, 34(1): 126-128.
- [28] 蔡莱斯,应珊珊,马晔. 基于无标记点上肢运动功能评估系统的信度与效度分析[C]//第二十届全国运动生物力学学术交流大会. 兰州: [s.n.], 2018.
- [29] LIANG S, ZHANG Y, DIAO Y, et al. The reliability and validity of gait analysis system using 3D markerless pose estimation algorithms [J]. Front Bioeng Biotechnol, 2022, 10: 857975.
- [30] STENUM J, ROSSI C, ROEMMICH RT. Two-dimensional video-based analysis of human gait using pose estimation[J]. PLoS Comput Biol, 2021, 17(4): e1008935.
- [31] HANLEY B, TUCKER CB, BISSAS A. Differences between motion capture and video analysis systems in calculating knee angles in elite-standard race walking [J].
 J Sports Sci, 2018, 36(11): 1250-1255.
- [32] 高毅. Simi 视频动作捕捉系统在步态识别中的应用[J]. 中 国司法鉴定, 2013(2): 66-70.
- [33] 杨雨馨, 温煦. 基于 OpenPose 算法的计算机视觉运动捕捉 系统的效度研究[C]//第十二届全国体育科学大会. 日照: [s.n.], 2022.
- [34] MCGINLEY JL, BAKER R, WOLFE R, et al. The reliability of three-dimensional kinematic gait measurements: A systematic review[J]. Gait Posture, 2009, 29(3): 360-369.
- [35] 刘东威, 马晔. 基于 RGB-D 传感器的无标志点运动捕捉系 统研究[J]. 医用生物力学, 2021, 36(S1): 361.
- [36] SEMAAN MB, WALLARD L, RUIZ V, *et al.* Is treadmill walking biomechanically comparable to overground walking? A systematic review [J]. Gait Posture, 2022 (92): 249-257.
- [37] MURRAY MP, SPURR GB, SEPIC SB, et al. Treadmill vs. floor walking: Kinematics, electromyogram, and heart rate [J]. J Appl Physiol, 1985, 59(1): 87-91.
- [38] YANG F, KING GA. Dynamic gait stability of treadmill versus overground walking in young adults [J]. J Electromyogr Kinesiol, 2016(31): 81-87.