

# 儿童肱骨髁上骨折残留移位复位模型:力学响应的有限元分析

陈林威,赵京涛,郑挺渠,何昌强,孙汉桥,黄 枫,郑晓辉,甘燕群(广州中医药大学第一附属医院一骨科,广东省广州市 510405)

### 文章亮点:

1 课题在实验设计上有所创新,依据临症经验及肱骨远端骨折块移位程度设置不同的实验组,分别探讨和对 比骨折端不同区域的力学响应情况,实验在之前同类研究的基础上有新发现。

**2** 实验在一定程度上验证了肱骨髁上骨折治疗的经验法则,对骨折复位及固定后复查有一定的参考和指导意义。

**3** 基于有限元的材料仿真实验在方法学上存在一定的简化,无法完全模拟及反映人体真实的生物力学环境。 关键词:

植入物;骨植入物;有限元分析;肱骨髁上骨折;残留移位

主题词:

有限元分析; 肱骨; 骨折

### 摘要

**背景**:远端骨折块的移位是造成儿童肱骨髁上骨折治疗后肘内翻畸形发生的原因之一,临症治疗时多强调纠 正后尺侧偏移,复位经验是否具有力学上的优势,缺乏现有的实验依据。

**目的**: 建立伸直尺偏型肱骨髁上骨折有限元模型, 探讨骨折整复后存在功能复位标准范围内残留移位情况下 骨折端的力学响应情况,以此为"宁前勿后, 宁桡勿尺"的复位经验法则提供力学证据。

**方法**:选择新鲜 7 岁儿童右上肢尸体骨一副进行 CT 扫描,建立残留移位骨折复位有限元模型,再根据骨折 块移位的方向和接触面积的大小分组进行外力加载,记录骨折端面前后缘应力值及 Baumann 角,分析对比数 据。

结果与结论:后内侧移位下后侧缘应力值显著增高,后侧移位组次之,接触面积为75%时应力值显著高于其他组;前侧缘应力值对比中,前内侧移位与其他组应力值差异有显著性意义,85%接触面积下应力值普遍较高;前后侧缘应力对比示后侧移位时应力增幅明显高于前侧移位,内侧移位时载荷后 Baumann 角显著增高。提示移位方向改变应力集中的区域,相比较而言,后方移位下应力增量更加显著,骨折端接触面积减少,相应统计区域的应力明显升高,远端骨折块正内侧移位显著改变 Baumann 角,实验结果在力学上支持肱骨髁上骨折远端骨折块移位的假说,"宁前勿后,宁桡勿尺"的复位经验原则有一定力学上的依据。

陈林威,赵京涛,郑挺渠,何昌强,孙汉桥,黄枫,郑晓辉,甘燕群.儿童肱骨髁上骨折残留移位复位模型: 力学响应的有限元分析[J].中国组织工程研究,2015,19(13):2125-2132.

doi:10.3969/j.issn.2095-4344.2015.13.029

# Model of reduced pediatric supracondylar humeral fracture with residual displacements: a finite element analysis of mechanical responses

Chen Lin-wei, Zhao Jing-tao, Zheng Ting-qu, He Chang-qiang, Sun Han-qiao, Huang Feng, Zheng Xiao-hui, Gan Yan-qun (Department of Orthopedics, First Affiliated Hospital, Guangzhou University of Traditional Chinese Medicine, Guangzhou 510405, Guangdong Province, China)

### Abstract

**BACKGROUND:** Displacement of the distal fracture fragment is one of the most important facts that lead to cubitus varus following pediatric supracondylar humeral fracture. Mainstream technique emphasized the restoration of posterior-ulnar deviation of the distal fragment. However, there is an absence of supportive evidences from biomechanical studies.

**OBJECTIVE:** To establish models of extension-ulnar type of supracondylar humeral fracture and investigate the mechanical stability of reduced fracture with residual displacements within functional restoration standard, so as to provide mechanic evidences supporting the empirical rule of manipulative reduction-"better anterior than posterior, better radial than ulnar".

**METHODS:** The fresh cadaveric bone of right upper extremity from a 7-year-old child was scanned using CT. Models of supracondylar humeral fracture differing in contact area of the fracture site and displacement direction of the distal fragment were established and underwent loading tests. Stress in both anterior and posterior margin of the fracture site and Baumann angle were recorded, and data were analyzed and compared.

**RESULTS AND CONCLUSION:** In comparison of stress in the posterior margin, the value was significantly greater in the posteromedial-displacement group than the others. Stress value in fracture with 75% contact area was significantly greater than the other three groups. In comparison of stress in the anterior margin, a significantly

陈林威,1987年生,福建 省泉州市人,汉族,2014 年广州中医药大学毕业, 硕士,医师,主要从事四 肢创伤研究。

通讯作者:赵京涛,硕士, 副教授,广州中医药大学 第一附属医院,广东省广 州市 510405

中图分类号:R318 文献标识码:B 文章编号:2095-4344 (2015)13-02125-08 稿件表受: 2015-01-16 http://WWW.crter.org

Chen Lin-wei, Master, Physician, Department of Orthopedics, First Affiliated Hospital, Guangzhou University of Traditional Chinese Medicine, Guangzhou 510405, Guangdong Province, China

Corresponding author: Zhao Jing-tao, Master, Associate professor, Department of Orthopedics, First Affiliated Hospital, Guangzhou University of Traditional Chinese Medicine, Guangzhou 510405, Guangdong Province, China

Accepted: 2015-01-16



greater value was obtained in the posteromedial-displaced group. Stress value in fracture with 85% contact area was significantly greater. When comparing stress in posterior margin and anterior margin, the absolute increment of stress value was greater in posterior displacement group than in anterior displacement group. Baumann angle increased significantly when fragment displaced medially. Above findings indicated that displacement direction altered the location of stress concentration. Stress augmentation was greater in posterior displacement group. Stress in related area significantly increased constantly when contact area of the fracture site reduced. Baumann changed obviously when fragment displaced medially. The results preliminarily verify the hypothesis that displacement of the distal fragment was the main contributor to cubitus varus following supracondylar humeral fracture. These findings provided certain evidences supporting the empirical rule "better anterior than posterior, better radial and ulnar".

#### Subject headings: Finite Element Analysis; Humerus; Fractures, Bone

Chen LW, Zhao JT, Zheng TQ, He CQ, Sun HQ, Huang F, Zheng XH, Gan YQ. Model of reduced pediatric supracondylar humeral fracture with residual displacements: a finite element analysis of mechanical responses. Zhongguo Zuzhi Gongcheng Yanjiu. 2015;19(13):2125-2132.

# 0 引言 Introduction

儿童肱骨髁上骨折是临床最为常见的上肢骨折之一, 临床报道其占儿童全身骨折的10%<sup>[1-2]</sup>,肘部骨折的75%<sup>[3]</sup>, 90%的病例为伸直型骨折<sup>[4]</sup>,对于Gartland I 型和移位较轻 的Garland II a型骨折,手法复位配合外固定治疗仍然十分 普遍,相关研究示治疗效果满意<sup>[5-6]</sup>。

肱骨髁上骨折保守治疗后最常见的并发症为肘内翻畸形,临床报道其发生率为3%-57%<sup>[7-8]</sup>,发生率的高低受骨 折类型和治疗方案的影响,长久以来肱骨髁上骨折后肘内 翻发生的机制一直是争论的焦点,大部分学者认为骨折端 对位不良、即远端骨折块的移位是造成肘内翻发生最主要 的原因<sup>[9-11]</sup>,一般而言,远折端的移位主要指的是骨块的尺 偏和尺倾,骨折块的尺侧偏移将造成肌力及重力合力作用 点的内移,桡侧受张力分离,尺侧受压应力而尺倾,致使 肘关节的携带角逐渐减小而形成肘内翻<sup>[12-13]</sup>。

有学者认为,远端骨折块的尺侧倾斜及尺侧移位可能 在整复后即已存在<sup>[14-16]</sup>,纯粹手法复位操作很难做到完全 恢复骨折端的解剖关系,所以临床上常采用功能复位标准 来判断骨折端对合是否合格,考虑到有相当部分的肘内翻 畸形病例并没有在治疗及复查期间被及时发现,而是在创 伤后多年内逐渐形成,当肱骨髁上骨折经整复后残留功能 复位标准内的移位时,骨折端是否仍存在力学上的不稳定 性,目前缺乏相关研究。

临床治疗报道中,大部分医家强调手法复位肱骨髁上 骨折时,应适当"矫枉过正",尤其针对占绝大多数的伸直 型骨折,遵循"宁前勿后,宁桡勿尺"的复位原则,有利 于减少肘关节屈伸活动受限和肘内翻畸形的发生,运用这 一原则指导手法复位临床报道治疗结果良好<sup>[17-18]</sup>,但"矫 枉过正"目前只停留在经验总结之上,缺少力学上的证据 支持。

为了明确以上问题,需对肱骨髁上骨折骨折端的力学 稳定性进行研究,近年来随着数字医学的发展,有限元分 析方法在骨科领域得到了广泛使用<sup>[19-22]</sup>,数字化三维重建 技术能够更直观地显示人体组织结构,且无需对人体进行 有创性操作,可很好地从生物力学角度对骨关节损伤机制 及治疗方案进行深入研究。

基于以上所述,实验旨在通过建立伸直尺偏型肱骨髁 上骨折有限元模型并分析骨折端对外力载荷的响应情况, 探讨肱骨髁上骨折整复后存在复位标准范围内残留移位的 情况下,骨折端的力学稳定性,以此为"宁前勿后,宁桡 勿尺"的经验法则提供一定的力学证据。

# 1 材料和方法 Materials and methods

设计: 三维有限元分析。

时间及地点:于2013-09-01至2014-06-30在广州中 医药大学骨科国家级重点实验室及广州中医药大学第一附 属医院完成。

材料:选择新鲜7岁儿童右上肢尸体骨标本一副,所用标本由广州中医药大学解剖实验室提供并保存。采用东芝64排螺旋CT机对标本进行薄层扫描,扫描条件为:电压120 kV,电流120 mA,矩阵512×512,图像层厚为1 mm,共获取961层数据。扫描所得图像以DICOM格式保存,文件容量为482 MB,实验采用Mimics 14.0、Solidworks 2012及Abaqus 6.12完成有限元分析,CorelDRAW X6对截图画角并测量角度,SPSS 19.0进行数据收集和分析,工作站运行 windows 7 64 位系统 (Intel<sup>®</sup> core i7-3770 CPU 3.40 GHz, 32.0 GB RAM, NVIDA GeForce GTX660)。

# 方法:

*骨组织建模*:使用Mimics按CT序列号自动读入全部图像,默认原始三维立体坐标系,依据CT灰度阈值 156-1 626 Hu 提取上臂骨组织,以区域增长、擦除和布 尔逻辑等操作截取肱骨远端(包括肱骨小头及骨骺低灰度 值区域),计算得到三维实体模型,进行高斯运算光滑处理 后,采用Mimics自带3-matic程序进行自动网格划分及优 化,网格为Solide92、10节点四面体单元,本次试验将肱 骨远端骨组织视为各向同性、不均匀的材料,按照灰度值 跨度分为10层,密度与灰度值转换公式参考Rice等<sup>[23]</sup>介绍 的方法:

$$\rho = \begin{cases} 1.9 \times 10^{-3} \times \overline{Hu} + 0.105 & \overline{Hu} \le 816\\ 7.69 \times 10^{-4} \times \overline{Hu} + 1.028 & \overline{Hu} > 816 \end{cases}$$

由骨密度计算弹性模量的公式摘自Morgan等<sup>[24]</sup>的试 验: E = 6.950×p<sup>149</sup>,泊松比取值0.3<sup>[25]</sup>,将之前建立的肱 骨远端三维实体模型的点云图导入Solidworks进行各实验 组不同程度残留移位下接触面积计算、定位后记录位移坐 标,利用Abaqus分别将肱骨骨折近端、骨折远端及前臂双 骨部件导入,依据Solidworks计算坐标装配各不同移位组 模型,通过前臂双骨纵轴确定外力加载方向并进行载荷分 析。

*骨折线的划分*:本次研究对象为伸直尺偏型肱骨髁上 骨折,相对于一般的骨折形态,伸直尺偏型骨折往往表现 为远端骨折块向背侧及尺侧偏移(见图1),根据Bahk等<sup>[26]</sup> 描述,骨折线在正位片上一侧倾斜超过10°,侧位片上倾斜 超过20°,即可称为斜型骨折,本次实验模拟伸直尺偏型骨 折,在己建成模型上根据这一标准划出骨折线,骨折线在 外上髁区域平鹰嘴窝中点,内上髁区域稍呈弧形上扬,侧 面看由前下向后上延伸。如前述,实验在截取肱骨远端图 像后,依据预期骨折线的走向分别再擦取骨折远端及近端 mask,通过Mimics自带工具测量骨折面冠状面及矢状面倾 斜度,反复操作直到骨折模型符合要求。

*实验组设置*:依据远端骨折块移位的方向建立4个组, 分别为前内侧45°位移、内侧位移、后内侧45°位移和后侧 位移,每个移位方向依据骨折块间接触面积占完全对位时 接触面积的百分比,分别再设置3个亚组(75%,85%和95% 接触面积),因此,实验共建立12个移位模型,用于模拟功 能复位标准下不同程度的残留移位,同时设置骨折端完全 对合的模型作为对照组,见图2。

*应力加载*:进行应力加载前对已建立的模型进行验证, 所得数据与体外力学实验结果作对比,模型验证有效后, 将骨折两端的接触法则设置为面-面滑动摩擦,间隙约为 0.1 mm,规定骨折两端不可相互侵入,骨折块接触力的法 向分量只能是压力,切向接触满足库仑摩擦法则,摩擦系 数µ为0.4<sup>[27]</sup>。参照Schuster等<sup>[28]</sup>的实验,采用逐步加力法, 依次加载100,200和500 N,方向以肘关节自然伸直时前 臂纵轴为准,将施加于肱骨远端力的60%分配在肱尺关节, 40%分配在肱桡关节。

数据收集:实验的观察指标为骨折端的应力及位移, 应力值测量点为各组肱骨内上髁骨折接触面前侧缘和后侧 缘,实验将骨折端分为前后2个区域分别探讨是因为预实验 发现应力集中的位置因远端骨折块移位方向的不同而有所 改变(图3),合并计算平均应力值无法反映其中的变化,采 集应力值时需设定同一的截面,定位在骨折面水平内外侧 皮质间距离的中内1/3交界点,选择这个位置的原因为载荷 后应力云图示该截面为主要的应力集中区域(图3),在前后 两个区域分别随机取10个单元的数值并计算平均数,实验 通过测量肱骨远端Baumann角大小反映远端骨折块的位 移程度,测量时在前后位截图,截图前将变形缩放系数设 为1,避免夸张形变,选取肱骨小头基底部两个固定的节点 以确定骨垢线的位置(图4),截取后分别由实验组5名成员 利用软件测量角度并取平均值。

**主要观察指标**:建立残留移位骨折复位的有限元模型, 根据骨折块移位的方向和接触面积的大小分组进行外力加 载,记录骨折端面前后缘应力值及Baumann角。

统计学分析:采用two-way ANOVA评估移位方向和接触面积对前后侧缘应力值及Baumann角的影响,外力载荷作为随机因子参与主效应检验,事后分析采用Turkey模型,主效应间相互作用显著时则采用one-way ANOVA经行多重组间对比,载荷后的Baumann角平均值同时并作图比较,所有数值保留小数点后两位,*P*取值0.05。

## 2 结果 Results

2.1 模型建立 图 5 为建模过程,实际建成肱骨远端有限 元模型共含有四面体单元 89 252 个单元,48 752 个节点。 2.2 模型验证 在体外尸体骨实验中,Dunham 等<sup>[29]</sup>对肱 骨远端骨组织的力学性能进行了测试,按照其描述的分层 和取值方法,本次实验所建有限元模型相应分层应力加载 结果与 Dunham 等提供数据对比见图 6,Dunham 等研究 的对象为成人骨,载荷-位移曲线反映骨材料具有一定的弹 塑性,且弹性阶段线斜率高于本实验模型,本次实验模型 所用 CT 图像来自于儿童,材料赋值时设定为不均质弹性, 所得曲线斜率较一直,弹性模量略低于 Dunham 实验,总 体而言本次实验所建立的模型在材料属性上与真实情况贴 近,能够反映肱骨远端骨组织加载后的响应特征,可以用 于下一步的生物力学分析。

2.3 后侧缘应力 方差齐性检验示差异无显著性意义 (P=0.09),可进行下一步方差分析,主效应检验结果示移 位方向、接触面积的主效应及它们之间交互作用对骨折端 后侧缘应力值影响显著(P<0.01),事后检验示骨折端后侧 缘的平均应力由大到小排列依次为:后内侧移位、后侧移 位、前内侧移位、无移位及内侧移位,其中后内侧移位下 应力值显著高于其余4组(P<0.01),其余4组组间对比差 异均无显著性,当接触面积为75%时,骨折端后侧缘的应 力值显著增高(P<0.01),**表1**示多重组间比较结果与事后 检验相符,同移位方向内比较,接触面积小者应力值大, 同接触面积下比较,后内侧移位组应力值大,应力高值出 现在75%接触后内侧移位组,75%接触后侧移位组次之, 此两组应力值与其他各组相比差异存在显著性意义,其余 组间对比差异基本无显著性意义。

2.4 前侧缘应力 方差齐性检验示无显著性(P=0.36),主体效应检验中移位方向、接触面积的主效应及它们之间交 互作用对骨折端前侧缘应力值影响显著(P<0.01),事后检 验示前内侧移位、内侧移位、后内侧移位、后侧移位及完 全复位下骨折端前侧缘应力值逐渐降低,方向刚好与后侧 缘应力值结果相反,对比下前内侧移位与后内侧移位、完 全复位应力值差异有显著性意义,接触面积比较结果呈现





#### 图 2 残留移位复位有限元模型

Figure 2 Finite element models of reduced fractures with residual displacement 图注: 图 A 为无移位模型; B 为前内侧 45°移位模型; C 为内侧移位模型; D 为后内侧 45°移位模型; E 为后侧移位模型。

70.98



## 图 3 模型应力云图内上髁截面 Figure 3 Sectional stress nephograms of the medial epicondyle

图注: 图 A 为远端骨折块后内侧移位下, 骨折端后侧缘应力升高; B 为 远端骨折 块前内侧移位下,骨折端前侧缘应力升 高。

图 4 Baumann 角测量图中 A 与 B 两点为确定骨骺线位 置的固定结点

Figure 4 A and B are the two nodes that were used to determine the position of epiphysis in Baumann angle measurement

#### 表1 后侧缘应力值多重组间比较

Table 1 Comparison of stress value of posterior edge among groups

项目	(1)75%接触面积	(2)85%接触面	(3)95%接触面积
<ul><li>(1)后侧移位</li><li>(2)后内侧移位</li><li>(3)内侧移位</li><li>(4)前内侧移位</li></ul>	$^{b23}14.18\pm11.51^{B34}$ $^{b23}71.75\pm52.35^{C134}$ $^{a}3.79\pm3.35^{A}$ $^{b}35.43\pm3.94^{A}$	<sup>a</sup> 7.24±8.18 <sup>A</sup> <sup>a</sup> 5.02±4.30 <sup>A</sup> <sup>a</sup> 4.68±4.22 <sup>A</sup> <sup>b3</sup> 6.35±4.81 <sup>A</sup>	<sup>a</sup> 4.88±4.69 <sup>A</sup> <sup>a</sup> 5.68±6.36 <sup>A</sup> <sup>a</sup> 2.63±1.98 <sup>A</sup> <sup>a</sup> 2.72±2.51 <sup>A</sup>

表注:小写字母为同一行间对比,大写字母为同列间对比,字母不同表示存在 组间差异,A(a)到 C(c)代表均值依次增大,字母后的数字代表均值显著高于的 对象组。

#### 表 2 前侧缘应力值多重组间比较

Table 2 Comparison of stress value of anterior edge among groups

项目	(1)75%接触面积	<b>(2)85%</b> 接触面	(3)95%接触面积
(1)后侧移位	<sup>a</sup> 3.13±2.22 <sup>B3</sup>	<sup>a</sup> 4.05±3.89 <sup>A</sup>	<sup>a</sup> 2.39±1.90 <sup>A</sup>
(2)后内侧移位	<sup>a</sup> 2.77±2.27 <sup>A</sup>	<sup>b1</sup> 7.00±4.69 <sup>AB</sup>	<sup>b1</sup> 7.40±5.02 <sup>B1</sup>
(3)内侧移位	<sup>a</sup> 1.57±1.56 <sup>A</sup>	<sup>c</sup> 15.54±20.54 <sup>B1</sup>	<sup>b</sup> 4.83±3.46 <sup>B1</sup>
(4)前内侧移位	<sup>b3</sup> 14.75±10.76 <sup>C123</sup>	<sup>b3</sup> 9.51±7.11 <sup>B1</sup>	<sup>a</sup> 5.21±3.93 <sup>B1</sup>

表注:小写字母为同一行间对比,大写字母为同列间对比,字母不同表示存在 组间差异,A(a)到 C(c)代表均值依次增大,字母后的数字代表均值显著高于的 对象组。





# Figure 6 Loading test to the transverse slice of the distal humerus and the results of model validation

图注: Dunham<sup>[29]</sup>的体外实验数据(基于真实的弹塑性骨性材料)曲率 略大于本次实验(简化后的线弹性材料),无数据点的2条直线代表曲 线斜率,对比示斜率趋势相近,建模有效。





Figure 7 Comparison in stress value between anterior margin and

图注: 直线代表两组数据的变化趋势, 后侧缘的应力值改变幅度显著

高于前侧缘应力斜率明显,各组前侧缘应力值相比相差不大。

posterior margin of the fracture site

图注: 后侧缘应力(左), 前侧缘应力(中)和综合前 后侧应力(右)分布区域图,图示骨折块后内侧移位 时,骨折端后侧缘应力值显著增高(颜色加深区域 集中),骨折块前内侧移位时,前侧缘应力虽有增 高但幅度平缓(颜色浅且分布较均匀),综合后示后 内侧移位仍是导致骨折端应力集中的危险因素。



图 9 各模型载荷后的 Baumann 角 Figure 9 Baumann angle

of each model after loading 图注:图中实验组模型编号由 移位方向(文字)和对位面积 (数字)组成。在接触面积较少 (75%),外力较大的情况下, 3个组(后内 75,内 75 和前内 85)的 Baumann 角增大明显, 纯后侧移位的 3 个组 Baumann 角改变不大。

出双向性,85%接触面积下骨折端前侧缘应力值显著高于 75%、95%接触面积和完全复位组,后3组相互比较差异 无显著性意义,**表**2为多重组间比较结果,同移位方向下 比较,接触面积减小并不一定增大应力值,相较而言,85% 接触面积下应力值普遍较高,相同接触面积下比较,前内 侧及内侧移位组应力值较大,应力最高值出现在85%内侧 移位及75%前内侧移位。

2.5 前后侧缘应力对比 如图 7 所示为 100 N 载荷下骨折 端前侧缘与后侧缘在各移位方向上平均应力值的对比,由图 可看出,远折端向后侧移位时,后侧缘应力的增加趋势较为 显著,且增加幅度明显高于前侧移位时前侧缘应力的增幅,

趋势线示前侧缘应力值在各个方向移位时变化相对趋于平 稳(图中虚线),而后侧缘应力趋势线则存在明显斜率,方差 分析结果亦可看出远端骨折块移位虽对前侧缘应力值的分 布有影响,但其影响程度不如后侧缘应力值,前侧缘各组应 力值增量绝对值明显小于后侧缘应力值的增量。

2.6 应力值分布区域图 图 8 为骨折端应力值区域图,可 更直观地反映实验所得应力值的组间差异程度及分布,图 中由内至外 3 个圆弧分别代表 3 种接触面积,直线代表移 位方向,则图中圆弧与直线的交点即为本次实验所设置的 各实验组,每个点(组)根据多重比较的结果计算得分(在行 及列中具有显著性高应力值则加分,并依据对比产生显著 性的组数进行得分累积,加分标准为组间差异绝对值在 0-5 之间得 1 分,5-10 之间得 2 分,10-20 之间得 3 分, 20 以上得 4 分),图中各区域内分数为包围其各点分值的 总和,计算完成后依据各区域内总分的跨度对区域上色, 由图可看出,后侧缘应力高值分布很集中(后侧及后内侧), 且应力值增加幅度明显较大,前侧缘应力高值分布分散(前 内、内侧及后内侧区域),应力值增幅不高,综合后可见 95%圆弧内的区域为相对低应力值区。

2.7 Baumann 角 方差分析示差异无显著性意义 (P=0.12), 主体效应检验示移位方向、接触面积对 Baumann 角影响显著(P < 0.01),两因素之间交互作用无 显著性(P=0.65),移位方向两两比较结果示后侧移位下 Baumann 角显著低于其余各组,后内侧移位,内侧移位及 前内移位组间对比结果无显著性,接触面积两两对比示 75%接触面积下 Baumann 角显著高于其他两组,后两组 间对比差异无显著性意义,图9为各模型载荷后 Baumann 角的最终值,根据徐华梓等<sup>[30]</sup>的论述,Baumann角与Carry 角有显著的负相关性(r=-0.308, P < 0.01),在此取 Baumann 角与 Carry 角比率为 1:2, 根据一般时内翻标 准换算得 Baumann 以 75°为正常值上限,大于 81°可考虑 肘内翻高风险,这与相关研究推荐阀值相符<sup>[31-33]</sup>,由图可 看出,没有任何一个模型在载荷后 Baumann 角达到危险 值,正内侧移位组载荷后 Baumann 角普遍偏高,其最终 值基本都在75°以上,后侧移位组 Baumann 角普遍偏小, 其余各组或因接触面积小或因外力载荷大,移位后

Baumann 角都有不同程度增大,偶可达到或超过正常上限,需注意的是,同一移位模型内对比可发现,Baumann角的改变与外力值的增减没有必然的正负相关关系,尤其是后侧移位组,3个模型在加载外力不同时最终产生的Baumann角改变趋势各不相同。

## 3 讨论 Discussion

目前有关肱骨髁上骨折的有限元分析多限于内外髁两 个大区域平均应力及应变值的直接对比<sup>[34-38]</sup>,内上髁包括 了鹰嘴窝及冠状窝所在的肱骨远端中间柱结构,是形态学 结构改变及应力集中发生的区域,单纯以内外髁为区域界 限平均各点的应力值有可能削弱实验组间的差异性,本次 实验在测量应力值时将内上髁在矢状面上分成前后两个区 域,额状面上截至内上髁中内侧,并固定坐标点进行单元 格定位,有利于探讨不同外部条件下骨折区应力分布的改 变情况,同时,本次实验只纳入伸直型尺偏型肱骨髁上骨 折类型,所得实验结果更有针对性。

如前述,远端骨折块的偏移方向对骨折端应力值的影 响主要在于应力集中的区域,远折端后方移位增大后侧缘 的应力值,前方移位则增大前侧缘的应力值(如图3),相比 较而言,后方移位下这种改变趋势更加明显,说明远端骨 折块的后侧偏移残留移位对骨折端应力影响更大, 这与多 数学者提倡临床复位时需完全纠正骨折后方移位相符,考 虑到伸直型肱骨髁上骨折远端骨折块多数向后上方移位, 在手法复位时完全纠正矢状面上背侧的残留移位并维持复 位后位置是十分必要的,同时,事后分析结果提示复位时 必须避免同时存在远端骨折块的后侧及内侧移位,后内侧 同时存在偏移对骨折端应力值的加成远大于单纯一个方向 的移位。诚然,纠正后侧偏移固然重要,但应力区域图提 示前侧移位亦有广泛的影响,虽然影响程度不及后侧移位, 实际复位时强调"勿后"的前提下,"宁前"应谨慎,"宁 前"在不得已的情况下是否利大于弊,需要临床根据具体 情况定夺。

对位面积对应力值影响的显著性在于,无论偏移方向 如何,但凡骨折端对位减少,则相应统计区域的应力明显 升高,后侧缘应力值计算中,应力高值集中在对位75%的 两个组,前侧缘应力计算中,平均应力值最高的组为85% 对位组,但与75%对位及95%对位组差别并不明显,可能 解释为肱骨内上髁在髁上水平面截面为一向前拱且前方宽 于后方的结构,增大残留移位可能反增大骨折端前侧缘的 接触面积,相应的应力值则减小,但无论是前侧缘还是后 侧缘,接触面积减小都将导致应力集中,本实验两组数据 对比只有95%对位组可同时保证骨折端前后缘应力值没有 显著升高,临床观片时肉眼较难区分75%与85%对位,在 移位方向与对位面积存在交互作用的情况下,建议骨折复 位时无论骨折块偏移方向如何,应尽可能增加骨折面的接 触面积以减小骨折接触面的应力值。 实验中Baumann角的统计结果与现有研究结论相符, 存在内侧移位的3个组在载荷后表现出明显的Baumann角 改变,尤其是正内侧移位时,无论加载程度如何,Baumann 角都高于正常上限,与此相反的是,远折端在前后方向上 的偏移似乎不能导致明显的Baumann角改变,存在内侧移 位的3个组间Baumann角的对比基本无差异,而仅向后移位 不伴有内侧移位的组Baumann角却明显较小,徐华梓等<sup>[30]</sup> 认为,远端骨折块在三维状态下常见的移位有内倾、屈曲和 旋转,其中远端内倾对Baumann角影响最大,屈曲次之, 旋转最小,这可以解释本次实验中骨折块在矢状面的偏移 未明显改变Baumann角,同时进一步肯定了,Baumann角 对远折端内移的敏感性。Baumann角预测肱骨髁上骨折肘内 翻畸形的准确性已经得到实验和临床的验证<sup>[3940]</sup>,因此,就 位移而言,"勿尺"原则有一定的力学根据和临床预见性。

综上,本次实验在力学上初步验证了远端骨折块移位的 假说,远端骨折块内侧移位对骨折端前后缘应力值及 Baumann角的影响显著,后侧偏移相较前侧偏移对应力集中 有更明显的加强作用,结合肱骨髁上区域解剖及骨折的特 点,复位儿童伸直尺偏型肱骨髁上骨折时应最大程度避免尺 偏及后方移位,完全纠正骨折端对位面积,必要时宁可适当 "矫枉过正"。因此,通常情况下的四肢功能复位标准无法 完全适用于肱骨髁上骨折,针对伸直尺偏型骨折亚型,在矢 状面上,适当的掌侧偏移要优于背侧偏移,对于骨折线在内 髁部存在倾斜的病例,适当地做桡侧成角是可行的。

无论是保守治疗还是手术治疗,闭合复位骨折端都是 首选操作,手法复位的目的在于纠正骨折端的偏移、旋转, 同时提供良好的复位后轴线对位,以促进骨折愈合,减少 术后并发症,复位肱骨髁上骨折时,"宁前勿后,宁绕勿尺" 的原则为大多数学者所推崇,该原则要求稍外展挤压远端 骨折块,使远端骨折块向绕侧嵌插偏移,甚至可允许尺侧 皮质开口<sup>[41-42]</sup>,本次实验的数据在力学上支持以上结论, 针对伸直尺偏型骨折亚型,骨折线在尺侧倾斜度大、并向 后上延伸,远折端背移尺偏易增加应力集中及Baumann角 的改变,适当地分离尺侧骨折端,前移骨折块有利于为骨 折修复提供稳定的力学环境<sup>[43]</sup>。

手法复位后肘关节的固定位置亦是业界争论的重点, 通常情况下,前臂旋前将增加前臂背伸肌群的张力,随着 旋后角度的增大背伸肌群张力降低,掌屈肌群张力升高, 目前,有部分学者主张在远端骨折块向尺侧移位时(往往伴 有外侧骨膜的撕裂),应将前臂置于旋前体位固定<sup>[44-45]</sup>,旋 前位时前臂伸展肌群紧张,压应力集中在外髁区域有利于 骨折端向绕侧嵌顿,减少骨折块向尺侧再移位的趋势,肘 关节90°屈曲固定可更好的维持远端骨折块的矢状面上的 位置,同时不会因过度挤压肘部软组织影响血供及回流。

本次实验存在诸多不足:首先,有限元分析是基于临 床资料的模拟力学实验,其结果有一定的参考价值,但建 模及载荷设置过程无可避免地需要对影响因素进行简化以 确保可行性,因此,本文所得结论必须经人体标本的生物 力学测试验证才能构成更完整的力学证据。其次,单纯从 骨折端残留移位的角度探讨肘内翻的发生机制,远端骨折 块的旋转亦是重要诱发原因之一,本此实验未能涉及这一 方面问题的探讨,同时远端骨折块的内移与内倾是有区别 的,高光明等<sup>[46]</sup>认为远骨折端单纯的尺偏并未改变上臂和 前臂的轴线关系,只有尺偏合并尺倾时携带角才会改变, 骨折块的内移在不伴有内倾的情况下是否仍然存在相同的 力学不稳定性现不得而知。最后,本次实验对象仅限于伸 直尺偏型骨折,其他类型的骨折亚型是否有相同的力学特 性有待明确。

**致谢**:感谢广州中医药大学骨科国家重点实验室相关工作人 员在有限元软件运用和操作方面的大力支持。

*作者贡献*:所有作者共同进行实验设计、实施及评估,数据 提取与分析采用盲法评估。

利益冲突: 文章及内容不涉及相关利益冲突。

**伦理要求:** 实验方案经过广州中医药大学第一附属医院伦理 学委员会批准,试验中 CT 数据取自尸体骨标本,标本由广州中 医药大学解剖教研室保存及管理。

*学术术语*: Baumann 角-儿童上肢标准正位 X 射线片上肱骨 小头生长板轴线与肱骨干纵轴线之间的夹角,实际测量时取线方 法有多种。

*作者声明*: 文章为原创作品,无抄袭剽窃,无泄密及署名和 专利争议,内容及数据真实,文责自负。

## 4 参考文献 References

- [1] 陆春.儿童肱骨髁上骨折的内固定治疗[J]. 中国矫形外科杂志, 2007,15(20):1550-1552.
- Mulpuri K, Wilkins K. The treatment of displaced supracondylar humerus fractures: evidence-based guideline. J PediatrOrthop. 2012;32Suppl 2:S143-152.
- [3] 廖世杰,赵劲民,丁晓飞.儿童肱骨髁上骨折的分型与治疗进展[J]. 中国矫形外科杂志,2012,20(8):714-716.
- [4] Omid R, Choi PD, Skaggs DL. Supracondylar humeral fractures in children. J Bone Joint Surg Am. 2008;90(5): 1121-1132.
- [5] Young S, Fevang JM, Gullaksen G, et al. Deformity and functional outcome after treatment for supracondylar humerus fractures in children: a 5- to 10-year follow-up of 139 supracondylar humerus fractures treated by plaster cast, skeletal traction or crossed wire fixation. J Child Orthop. 2010;4(5):445-453.
- [6] Ababneh M, Shannak A, Agabi S, et al. The treatment of displaced supracondylar fractures of the humerus in children. A comparison of three methods. Int Orthop. 1998;22(4): 263-265.
- Tschopp O, Rombouts JJ. Complications of supracondylar fractures of the humerus in children. Acta Orthop Belg. 1996; 62(Suppl1):51-57.
- [8] Farnworth CL, Smith PD, Mubarak SJ. Etiology of supracondylar humerusfracture. J Pediatr Orthop. 1998; 18:38-42.



- [9] 王建伟,马勇,诸方受,等.肱骨髁上骨折并发肘内翻的生物力学机 制研究概况[J].北京中医药大学学报,1998,39(4):58-60.
- [10] D'Ambrosia RD. Supracondylar fractures of humerusprevention of cubitusvarus. J Bone Joint Surg Am. 1972; 54(1):60-66.
- [11] ArinoVL, Lluch EE, Ramirez AM, et al. Percutaneous fixation of supracondylar fractures of the humerus in children. J Bone Joint Surg Am.1977;59(7):914-916.
- [12] 徐华梓,李也白,池永龙,等.儿童肱骨髁上骨折切开复位术后肘内 翻畸形[J].中华小儿外科杂志,1995,16(1):28-29.
- [13] 侯德光.肱骨髁上骨折并发肘内翻的探讨[J].中国中医骨伤科杂 志,1989,2:28-29.
- [14] 李海波,田心义.儿童肱骨髁上骨折的治疗及肘内翻机理研究进展[J]. 中医药导报,2006,12(2):78-82.
- [15] Flynn JC, Matthews JG, Benoit RL. Blind pinning of displaced supracondylar fractures of the humerus in children. Sixteen years' experience with long-term follow-up. J Bone Joint Surg Am. 1974;56(2):263-272.
- [16] Smith L. Deformity following supracondylar fractures of the humerus. J Bone Joint Surg Am.1965;47(8):1668.
- [17] 霍力为,王广伟,庾伟中,等.黄氏手法配合小夹板治疗儿童
   Gartland Ⅲ型肱骨髁上骨折临床观察[J].新中医,2011, 43(11):
   65-66.
- [18] 宋冰,刘建科,张伟.手法整复小夹板治疗儿童伸直型肱骨髁上骨 折[J].陕西中医学院学报,2008,31(5):37-38.
- [19] 陈执平,齐振熙,周金水.应用三维有限元分析探讨髓芯减压术后 产生的空洞对股骨头应力的影响[J].中华关节外科杂志:电子 版,2009,3(5):49-52.
- [20] 魏秋实,何伟.有限元分析在股骨头坏死领域中的应用研究[J]. 中国矫形外科杂志,2010,18(19):1611-1614.
- [21] Bonnick SL. Noninvasive assessments of bone strength.Curr Opin Endocrinol Diabetes Obes.2007;14(6): 451-457.
- [22] Keaveny TM. Biomechanical computed tomography-noninvasive bone strength analysis using clinical computed tomography scans. Ann N Y Acad Sci. 2010;1192: 57-65.
- [23] Rice JC, Cowin SC, Bowman JA. On the dependence of the elasticity and strength of cancellous bone on apparent density. J Biomech. 1988;21(2):155-168.
- [24] Morgan EF, Bayraktar HH, Keaveny TM. Trabecular bone modulus-density relationships depend on anatomic site. J Biomech. 2003;36(7):897-904.
- [25] Rho JY, Hobatho MC, Ashman RB, et al. Relations of mechanical properties to density and CT numbers in human bone. Med Eng Phys.1995;17:347-355.
- [26] Bahk MS, Srikumaran U, Ain MC, et al. Patterns of pediatric supracondylar humerusfractures. J Pediatr Orthop. 2008;28(5):493-499.
- [27] Shockey JS, von Fraunhofer JA, Seligson D. A measurement of the coefficient of static friction of human long bones. Surf Tech. 1985;25(2):167-173.
- [28] Schuster I, Korner J, Arzdorf M, et al. Mechanical comparison in cadaver specimens of three different 90-degree double-plate osteosyntheses for simulated C2-type distal humerus fractures with varying bone densities.J Orthop Trauma. 2008;22(2):113-120.

- [29] Dunham CE, Takaki SE, Johnson JA, et al. Mechanical properties of cancellous bone of the distal humerus. ClinBiomech (Bristol, Avon). 2005;20(8):834-838.
- [30] 徐华梓,林焱,陈跃忠,等. Baumann角测量预测肱骨髁上骨折肘 内翻的研究[J].温州医学院学报,1999,40(1):6-8.
- [31] Williamson DM, Coates CJ, Miller RK, et al. Normal characteristics of the Baumann (humerocapitellar) angle: an aid in assessment of supracondylar fractures. J Pediatr Orthop. 1992;12(5):636-639.
- [32] Worlock P. Supracondylar fractures of the humerus. Assessment of cubitusvarus by the Baumann angle. J Bone Joint Surg Br. 1986;68(5):755-757.
- [33] 庄志强,林乔龄,洪嘉志,等.基于Baumann角测定在预测儿童肱 骨髁上骨折并发肘内翻的发生率的临床意义[J].湖南中医药大 学学报,2012,32(2):27-28.
- [34] 刘飞,楼跃,唐凯,等.儿童肱骨远端有限元模型的建立及力学分析 [J]. 热带医学杂志,2011,11(5):527-528.
- [35] 王亚斌,周小建,任亚军,等.肱骨远端三维有限元模型的建立及生物力学分析[J].中国组织工程研究与临床康复,2011,15(22): 4002-4005.
- [36] 刘剑,黄潮桐,陈隆福,等.肱骨髁上部位局部三维构建及有限元分 析[J].中国骨科临床与基础研究杂志,2012,4(6):427-431.
- [37] Lamdan R, Liebergall M, Gefen A, et al. Pediatric supracondylar humerus fractures: effect of bone-implant interface conditions on fracture stability. J Child Orthop. 2013;7(6):565-569.
- [38] Sabalic S, Kodvanj J, Pavic A. Comparative study of three models of extra-articular distal humerus fracture osteosynthesis using the finite element method on an osteoporotic computational model. Injury. 2013;44Suppl 3:S56-61.
- [39] Worlock P. Supracondylar fractures of the humerus. Assessment of cubitusvarus by the Baumann angle. J Bone Joint Surg Br.1986;68(5):755-757.
- [40] Silva M, Pandarinath R, Farng E, et al. Inter- and intra-observer reliability of the Baumann angle of the humerus in children with supracondylar humeral fractures. Int Orthop. 2010;34(4):553-557.
- [41] 左大鹏.闭合治疗儿童肱骨髁上骨折[J].贵阳中医学院学报, 2008, 30(4):48-50.
- [42] 郭源,王承武,范源,等.儿童"不可复性"肱骨髁上骨折的治疗[J]. 中华小儿外科杂志,1998,19(2):5-7.
- [43] 凌长敦, 庞国栋. 儿童肱骨髁上移位骨折致肘内翻畸形的探讨 与预防[J].广西中医药, 2007,30(4): 50.
- [44] 刘献祥,林木南,符臣学,等. 肱骨髁上骨折并发症98例临床分析[J]. 中国骨伤,2001,14(4):8-9.
- [45] 王国平,张玉柱,王人彦,等.屈肘前臂旋前位整复固定治疗肱骨髁 上骨折120例[J].骨与关节损伤杂志,2002,17(2):150-151.
- [46] 高光明,杜成高. 肱骨髁上骨折后肘内翻畸形的原因探讨[J]. 中国矫形外科杂志,1997,5(6):51-52.