文章编号:1004-7220(2021)05-0747-04

# 人体主动脉瓣膜钙化组织的力学性质

杨贤达1, 冯文韬1, 刘 琨2, 张海波2, 姚 杰1, 冯成龙1, 王丽珍1\*, 樊瑜波1\*

(1. 北京航空航天大学生物力学与力生物学教育部重点实验室,北京市生物医学工程高精尖创新中心,

生物与医学工程学院,北京 100083; 2. 首都医科大学附属安贞医院 心外科,北京 100029)

**摘要:目的** 采用纳米压痕测试方法,测量人体主动脉瓣取出物的钙化组织的材料力学性能。方法 采集5名主动脉瓣狭窄患者的瓣叶取出物,选取钙化瓣叶进行纳米压痕测试,获得钙化组织弹性模量、硬度等材料力学参数。 结果 瓣叶钙化组织的弹性模量为(15.69±3.89) GPa,硬度为(0.59±0.15) GPa。结论 通过纳米压痕测试方法 得到瓣叶钙化组织的弹性模量和硬度,为瓣膜的生物力学研究提供实验数据参考。

关键词:主动脉瓣; 瓣叶; 钙化组织; 纳米压痕; 弹性模量

中图分类号: R 318.01 文献标志码: A **DOI**: 10.16156/j.1004-7220.2021.05.013

# Mechanical Properties of Calcification from Human Aortic Valve

YANG Xianda<sup>1</sup>, FENG Wentao<sup>1</sup>, LIU Kun<sup>2</sup>, ZHANG Haibo<sup>2</sup>, YAO Jie<sup>1</sup>, FENG Chenglong<sup>1</sup>, WANG Lizhen<sup>1\*</sup>, FAN Yubo<sup>1\*</sup>

(1. Key Laboratory for Biomechanics and Mechanobiology of Ministry of Education, Beijing Advanced Innovation Centre for Biomedical Engineering, School of Biological Science and Medical Engineering, Beihang University, Beijing, 100083, China; 2. Department of Cardiac Surgery, Beijing Anzhen Hospital, Capital Medical University, Beijing, 100029, China)

**Abstract: Objective** To measure mechanical properties of calcified tissues from human aortic valve by nanoindentation test. **Methods** Leaflets from 5 patients with aortic stenosis were collected. Elastic modulus and hardness of the calcified leaflets were obtained by nanoindentationtest. **Results** The elastic modulus and hardness of the calcified leaflets were  $(15.69\pm3.89)$  GPa and  $(0.59\pm0.15)$  GPa, respectively. **Conclusions** The elastic modulus and hardness of the calcified valve tissues can be obtained by nanoindentationtest, which provides experimental data for biomechanical research of the valve.

Key words: aortic valve; leaflets; calcification; nanoindentation; elastic modulus

心脏瓣膜钙化是瓣膜退行性性变的主要成因 之一,会引起瓣膜狭窄或关闭不全,与冠脉疾病、心 肌劳损等密切相关<sup>[1-2]</sup>。重度主动脉瓣狭窄会导致 心力衰竭,2年病死率高达50%<sup>[3]</sup>。钙化组织质地 坚硬,与周围正常的瓣叶组织的力学性质存在较大 差异。钙化组织的存在会改变正常瓣叶的原有力

#### 收稿日期:2020-10-30;修回日期:2021-01-18

通信作者:樊瑜波,教授,博士生导师,E-mail;yubofan@buaa.edu.cn;王丽珍,教授,博士生导师,E-mail;lizhenwang@buaa.edu.cn

基金项目:国家重点研发计划(2017YFB0702500),北京自然科学基金项目(7194287),科技部创新人才推进计划重点领域创新团队 (11421201),国家重大科研仪器设备研制专项(11827803)

学属性和开闭形态,从而影响周围的力学和流场环境,加速瓣膜老化甚至损毁,引发其他病症。目前, 瓣膜钙化组织具体的力学属性尚不明确,阻碍了钙 化瓣膜的生物力学研究。

因此,研究主动脉瓣膜钙化组织的力学性质具 有重要意义。一方面,有助于探究心脏瓣膜的病理 和生理学改变;另一方面,有利于进行后续治疗方 案和植介入器械的研究,例如介入瓣放置在钙化组 织中的生物力学问题。目前针对瓣膜钙化组织力 学性质的研究较少,鲜有关于瓣叶钙化组织力学性 质的准确数据。相关研究多采用动脉粥样硬化、腹 主动脉瘤等组织的力学参数替代瓣膜钙化组织参 数。Luraghi等<sup>[45]</sup>和 Wang等<sup>[6]</sup>有关瓣膜钙化的研 究工作引用了动脉粥样硬化斑块的力学性能<sup>[7]</sup>,该 数据并不能准确体现瓣膜钙化组织的力学性能。

瓣膜钙化组织一般呈块状,多分布于纤维层, 周围呈点状分布,钙化颗粒形态各异且体积微 小<sup>[8]</sup>。对于这种微小组织结构,无法采用传统的材 料力学拉伸方法进行测量。纳米压痕测试技术通 过计算机程序控制载荷发生连续变化,实时测量压 痕深度,具有纳米级位移分辨率,可以在纳米尺度 上测量材料的力学性质(弹性模量、硬度、载荷-位移 曲线、断裂韧性等),适用于瓣膜钙化组织力学性能 的相关研究。本文基于纳米压痕测试技术,对5名 患者的钙化主动脉瓣膜取出物进行测量,得到较为 准确的钙化组织材料力学性质。

# 1 材料和方法

### 1.1 样品准备

钙化的瓣叶(见图 1)取自首都医科大学附属安 贞医院 5 名患者[年龄(56.4±5.2)岁,其中男性 3 名,女性 2 名]的损毁主动脉瓣膜取出物。经 0.9%生理盐水清洗后,使用多聚甲醛进行样本固 定。根据每个瓣叶的具体钙化分布进行对样本进 行裁剪制备,暴露出较为完整的钙化组织。裁剪后 的样本标记为1~5号,并进行进一步处理。

(1)前固定。保持组织的固有形态和结构。 首先将样本在缓冲液中冲洗 2~3 次,每次 7 min;然 后向样品中加入 1%四氧化锇缓冲固定液进行后固 定,4 ℃条件下固定 3 h;最后再在缓冲液冲洗3 次, 每次 7 min。



图 1 损毁的主动脉瓣膜取出物及其钙化组织 Fig.1 Defective aortic valve and the calcification tissue

(2) 脱水。用脱水剂(酒精)把含于组织内或 细胞内的水分置换出来,以避免水分流失影响后续 包埋、测试等过程。用 30%、50%、70%、90%、95%、 100%酒精对样品进行梯度脱水,每步 12 min;其中 100%酒精重复 2 次,以保证脱水完全。

(3) 渗透。利用性质较为稳定的丙酮替换易挥 发的酒精,再用树脂渗透组织。首先用丙酮置换酒 精,12 min;再进行树脂渗透,室温下,在丙酮与环氧 树脂比例为3:1、1:1、1:3条件下分别渗透样品3、3、 12 h,最后在纯环氧树脂条件下渗透72 h。以上各步 都在旋转混合仪上进行摇晃旋转,以加速渗透。

(4)包埋与聚合。将较小尺寸的试样包埋于 尺寸较大且较硬的树脂中,以便后续处理、测试过 程中的固定或夹持。向纯环氧树脂中按1.5%比例 加入催化剂并混匀后注入包埋模具中,摆放在包埋 模具中,放入烘箱中聚合,70℃下进行24h聚合。

(5) 机械研磨与抛光。粗糙的试样表面会干扰纳米压痕测试结果,故需要对试样进行表面处理。首先利用粗糙度为800目的砂纸将样品组织磨至钙化部位,然后利用抛光机配合抛光膏和绒布将表面打磨光滑。

经上述处理,包埋后的样本为圆柱形,直径 15 mm,高度 5 mm,上下表面光滑且平行。

#### 1.2 纳米压痕测试

纳米压痕测试技术利用特定形状和硬度的压 头压入被测材料,通过高分辨率的位移传感器和力 传感器获取压头压入深度和载荷数据,通过载荷位 移曲线计算出被测材料的力学性能。使用 Nano Indenter G200 型纳米压痕测试仪(Agilent Technologies 公司,美国)。在每个样本的钙化区域 选取 10 个点进行测试,采用静态加载位移控制模 式,压头压入深度为 2 μm(见图 2)。



图 2 纳米压痕测试环境下的钙化组织表面 Fig.2 Surface of calcification tissue during the nanoindentation test

# 2 结果

经测试,得到 49 个有效数据(样本 4 的 1 个测 试点未得到数据)。通过 SPSS 22.0 软件(SPSS 公 司,美国)进行 Shapiro-Wilk 检验,所得数据符合正 态分布(P>0.05)。结果表明,5 个样本总体弹性模 量为(15.69±3.89) GPa,硬度为(0.59±0.15) GPa (见表 1)。

#### 表1 瓣叶钙化组织力学性能测试结果

Tab.1	Test results	of	mechanical	properties	for	calcified	leaflets
-------	--------------	----	------------	------------	-----	-----------	----------

样本编号	弹性模量/GPa	硬度/GPa
1	10.26±1.15	0.51±0.14
2	17.82±2.17	$0.62 \pm 0.08$
3	12.83±1.96	0.67±0.15
4	19.91±3.60	0.67±0.12
5	15.58±2.49	0.45±0.11
总体	15.69±3.89	0.59±0.15

# 3 讨论

针对主动脉瓣膜钙化组织力学性质的研究比 较有限。Wang 等<sup>[6]</sup>瓣膜钙化组织相关仿真研究中 所采用,弹性模量参数为 10 MPa 数量级,其数据来 源于 Holzapfel 等<sup>[7]</sup>对动脉粥样硬化组织的单轴拉 伸测试,该数据并不能真实表征瓣膜钙化组织的单轴拉 伸测试,该数据并不能真实表征瓣膜钙化组织的力 学性能。表 2 列举了部分关于血管钙化组织力学 性质的研究结果,由于所研究的钙化组织部位不同 以及研究方法的差异,钙化组织弹性模量由 2.5 MPa到 22.7 GPa 不等,相差 10 000 倍,上述研 究结果均被相关钙化组织力学性能的研究工作所 引用,在该领域尚未有统一的认知。瓣膜钙化组织 具有体积小、形状不规则、分散在柔软的瓣叶组织 中、质地坚硬等特点,无法采用常规的力学试验机 进行拉压方式的测量。结合以上研究方法,本文认 为,选择纳米压痕测试方法应是现阶段最合适的测 量瓣膜钙化组织力学性能的实验手段。

表 2 钙化组织力学性质相关研究

Tab.2	Studies on	mechanical	properties	of	calcification	tissues
-------	------------	------------	------------	----	---------------	---------

研究工作	研究社會	瓜索卡油	研究结果
<b>听光</b> 二作	研究对家	研充力法	(弾性模量)
Ebenstein 等 <sup>[9]</sup>	动脉粥样硬化钙化组织	纳米压痕	10~20 GPa
Marra 等 <sup>[10]</sup>	腹主动脉瘤钙化沉积组织	纳米压痕	22.7 GPa
Loree 等 <sup>[11]</sup>	动脉粥样硬化钙化组织	单轴拉伸	2.5 MPa
Lee 等 <sup>[12]</sup>	动脉粥样硬化钙化组织	未注明	1 GPa

数值仿真方法广泛应用于评价主动脉瓣膜的 生物力学性能<sup>[13]</sup>。钙化组织材料属性的准确性对 相关仿真研究结果具有较大影响。Ebenstein 等<sup>[9]</sup> 利用纳米压痕测量人体动脉粥样硬化组织中钙化 组织的力学属性,结果表明,斑块组织的刚度随金 属元素含量的增大而变大,并且发现 Loree 等<sup>[11]</sup>有 限元仿真研究工作中有关钙化组织的材料属性(弹 性模量为2.5 MPa)被严重低估,实际测量值(10~ 20 GPa)要高得多。Buffinton 等<sup>[14]</sup>通过理想的冠状 动脉平面-应力有限元模型研究钙化组织材料属性 与仿真结果的关系,结果表明,应力集中于钙化-纤 维斑块界面,并随着钙化组织弹性模量的不断增大 而增大,说明钙化组织材料属性影响数值仿真结 果,并进一步影响主动脉瓣膜的生物力学性能的评 价与分析。钙化组织材料属性准确性对于瓣膜生 物力学性能评价与分析具有重要意义。

通过探讨瓣膜钙化组织的力学性能,有助于对 钙化后的瓣膜开展更加深入的生物力学研究。一 方面,建立更为准确的钙化瓣膜模型,进行相关数 值仿真分析。瓣膜组织硬化会改变该位置的生物 力学特征,影响后续球囊扩张或者介入瓣置换术等 针对主动脉瓣膜疾病的介入治疗<sup>[15]</sup>。准确的钙化 瓣膜模型不仅可以促进优化介入瓣的相关设计及 其治疗手段,还可以进一步应用到瓣中瓣的设计及 治疗方案的优化。另一方面,有利于研究钙化后瓣 膜的生物力学表现。相关研究表明,钙化组织与周 边组织力学性质的显著性差异会造成应力集中,力 学破坏发生的风险变大<sup>[11,16]</sup>。瓣膜上较硬的钙化 组织与周围瓣叶等组织较大的力学性能差异会造 成应力集中,进而增大瓣膜损毁的风险。瓣叶钙化 是瓣膜结构性损毁的主要原因之一,会导致材料硬 化,引起尖部破裂。准确的钙化组织力学性能有助 于分析钙化瓣膜的损毁机制,为钙化瓣膜的临床研 究提供生物力学参考。

# 4 结论与展望

本文对人体主动脉瓣瓣叶钙化组织的力学性 质进行测量,得到弹性模量和硬度等力学参数,为 心脏瓣膜生物力学及病理生理学方面的研究提供 实验基础,对主动脉瓣膜钙化相关的数值仿真和实 验研究提供较为准确的材料属性参考。

钙化组织的成分影响其力学性质,其刚性会随金 属元素含量的增加而增大,后续研究中应根据钙化组 织的成分进行分类,再分别进行测量。钙化组织的尺 寸也会影响测量结果,较小尺寸钙化组织可能受周围 组织的影响,会对测量结果产生干扰。因此,选取研 究样本时应注意样本尺寸的筛选,并对含有较小尺寸 钙化组织的样本采用相关适用的方法进行研究。纳 米压痕测量技术对样本表面处理的要求较高,后续研 究中应提升表面处理工艺以满足测试要求,避免增大 测量结果误差。同时,应增大样本量,考虑固定处理 对实验结果的影响,促使实验结果更加稳定、准确,并 进一步总结钙化组织力学性能的深层规律,得到更加 丰富、翔实、系统性的结论。

#### 参考文献:

- KIM IY, KIM MJ, LEE DW, *et al.* Cardiac valve calcification is associated with presence and severity of coronary artery disease in patients with pre-dialysis chronic kidney disease
   Clin Exp Nephrol, 2015, 19(6): 1090-1097.
- CHEN ZW, YANG HB, CHEN YH, *et al.* The influence of aortic valve calcification on the risk of periprocedural myocardial injury after elective coronary intervention [J]. Aging Clin Exp Res, 2015, 27(5): 631-636.
- [3] OTTO CM, PRENDERGAST B. Aortic-valve stenosis: From patients at risk to severe valve obstruction [J]. N Engl J Med, 2014, 371(8): 744-756.
- [4] LURAGHI G, MIGLIAVACCA F, GARCIA-GONZALEZ A, et al. On the modeling of patient-specific transcatheter aortic valve replacement: A fluid-structure interaction approach [J]. Cardiovasc Eng Technol, 2019, 10(3): 437-455.
- [5] LURAGHI G, MATAS JFR, BERETTA M, et al. The

impact of calcification patterns in transcatheter aortic valve performance: A fluid-structure interaction analysis [J]. Comput Methods Biomech Biomed Eng, 2021: 24(4): 375-383.

- [6] WANG Q, KODALI S, PRIMIANO C, *et al.* Simulations of transcatheter aortic valve implantation: Implications for aortic root rupture [J]. Biomech Model Mechan, 2015, 14 (1): 29-38.
- [7] HOLZAPFEL GA, SOMMER G, REGITNIG P. Anisotropic mechanical properties of tissue components in human atherosclerotic plaques [J]. J Biomech Eng-T Asme, 2004, 126(5): 657-665.
- [8] LI Y, WANG X, ZHU MQ, et al. Mineralogical characterization of calcification in cardiovascular aortic atherosclerotic plaque: A case study [J]. Miner Mag, 2014, 78(4): 775-786.
- [9] EBENSTEIN DM, COUGHLIN D, CHAPMAN J, et al. Nanomechanical properties of calcification, fibrous tissue, and hematoma from atherosclerotic plaques [J]. J Biomed Mater Res A, 2009, 91(4): 1028-1037.
- [10] MARRA SP, DAGHLIAN CP, FILLINGER MF, et al. Elemental composition, morphology and mechanical properties of calcified deposits obtained from abdominal aortic aneurysms [J]. Acta Biomater, 2006, 2(5): 515-520.
- [11] LOREE HM, GRODZINSKY AJ, PARK SY, et al. Static circumferential tangential modulus of human atherosclerotic tissue [J]. J Biomech, 1994, 27(2): 195-204.
- [12] LEE RT, LOREE HM, CHENG GC, et al. Computational structural analysis based on intravascular ultrasound imaging before *in vitro* angioplasty: Prediction of plaque fracture locations [J]. J Am Coll Cardiol, 1993, 21(3): 777-782.
- [13] 刘镕珲,金昌,冯文韬,等.不同钙化模式对经导管主动脉 瓣膜植入效果影响的数值模拟研究[J].医用生物力学, 2017, 32(6):506-512.
  LIU RH, JIN C, FENG WT, *et al.* The impact of different aortic valve calcification patterns on the outcome of transcatheter aortic valve implantation: A numerical simulation study [J]. J Med Biomech, 2017, 32(6): 506-512.
- [14] BUFFINTON CM, EBENSTEIN DM. Effect of calcification modulus and geometry on stress in models of calcified atherosclerotic plaque [J]. Cardiovasc Eng Technol, 2014, 5(3): 244-260.
- [15] FENG WT, YANG XD, LIU Y, et al. An in vitro feasibility study of the influence of configurations and leaflet thickness on the hydrodynamics of deformed transcatheter aortic valve [J]. Artif Organs, 2017, 41(8): 735-743.
- [16] HOSHINO T, CHOW LA, HSU JJ, et al. Mechanical stress analysis of a rigid inclusion in distensible material: A model of atherosclerotic calcification and plaque vulnerability [J]. Am J Physiol Heart Circ Physiol, 2009, 297(2): H802-H810.