选区激光熔化成型 316L 不锈钢多孔结构的力学性能

曾寿金*,吴启锐,叶建华

(福建工程学院机械与汽车工程学院,福建福州350118)

摘 要:为了减轻或消除人工植入体的"应力屏蔽"效应,提高生物相容性,需要对选区激光熔化 (SLM)技术成型多孔结构进行力学性能研究。通过制备 316L 不锈钢体心立方 (BCC)、正十二面体 (RD)两种多孔结构,分别进行成型件纵向压缩试验,建立了 Gibson-Ashby 模型,预测了多孔结构弹性 模量值。采用分形插值法,分析了孔隙率、平均孔径、比表面积对多孔结构弹性模量和抗压强度的影响 程度。分析试验表明,316L 不锈钢多孔结构样件在孔隙率为 55.13%~94.74%,平均孔径为 1.90~4.22 mm, 比表面积 0.54~4.33 时,其弹性模量为 0.375 ~ 1.716 GPa, 抗压强度为 43.19~160.31 MPa。对比人骨 弹性模量 0.9~1.7 GPa, 满足植入体要求。孔隙率、平均孔径、比表面积对正十二面体多孔结构的弹性 模量和抗压强度的幅值变化影响较小,对体心立方多孔结构影响较大。正十二面体多孔结构抗压强度 为 111.75~160.31 MPa,体心立方多孔结构的抗压强度为 43.19~158.03 MPa,正十二面体多孔结构的

关键词:选区激光熔化; 孔隙率; 平均孔径; 比表面积; 分形插值法; Gibson-Ashby 模型 中图分类号:TB31;TN249 文献标志码:A DOI: 10.3788/IRLA20190523

Mechanical properties of 316L stainless steel porous structure formed by selective laser melting

Zeng Shoujin*, Wu Qirui, Ye Jianhua

(School of Mechanical & Automotive Engineering, Fujian University of Technology, Fuzhou 350118, China)

Abstract: In order to reduce or eliminate the "stress shielding" effect of artificial implants and improve the biocompatibility, mechanical properties of porous structures formed by selective laser melting (SLM) technology need to be studied. Through the preparation of 316L stainless steel body core cubic (BCC) and regular dodecahedron (RD) porous structures, the longitudinal compression test of the molded parts was carried out respectively, and the Gibson-Ashby model was established to predict the elastic modulus value of the porous structure. The effects of porosity, average pore diameter and specific surface area on elastic modulus and compressive strength of porous structures were analyzed by fractal interpolation. The analysis results show that when the porosity of 316L stainless steel porous structure sample is 55.13%-94.74%, the average pore diameter is 1.90-4.22 mm, and the specific surface area is 0.54-4.33, the elastic modulus is 0.375-1.716 GPa, and the compressive strength is 43.19-160.31 MPa. The elastic modulus of human bone was 0.9-1.7 GPa, which meets the requirements of implants. Porosity, average pore diameter and specific surface area have little influence on the

Email: zengshoujin@fjut.edu.cn

收稿日期:2019-12-08; 修订日期:2020-01-19

基金项目:国家自然科学基金 (51575110); 福建省自然科学基金 (2016J01202); 福建工程学院科研启动基金 (GY-Z19118, GY-Z19014) 通讯作者:曾寿金 (1978-), 男, 副教授, 硕士生导师, 博士, 主要从事激光增材制造技术方面的研究工作。

第8期

elastic modulus and the amplitude of compressive strength of the dodecahedral porous structure, but have greater influence on the body-centered cubic porous structure. The compressive strength of the dodecahedron porous structure is 111.75-160.31 MPa, and the compressive strength of the body centered cubic porous structure is 43.19-158.03 MPa. The performance of the dodecahedron porous structure is better than that of the body centered cubic structure. This paper provides the basis for the research on the preparation of 316L stainless steel porous structure by selective laser melting.

Key words: selective laser melting; porosity; average pore diameter; volume to area ratio; fractal interpolation method; Gibson-Ashby model

0 引 言

临床上对骨损伤的治疗常常采用人工骨移植的 方法,人工骨移植能够解决植入骨组织的来源和异体 骨抗原性的问题。目前,常用的修复骨损伤的材料有 高分子聚合物、金属合金、生物陶瓷等,其中 316L 不 锈钢合金因其价格低廉和良好的耐腐蚀性,一直以来 在人工植入体、整形外科等医学领域得到了广泛的应 用^[1-2]。由于传统的实心 316L 不锈钢在人工植入体 方面存在着"应力屏蔽"效应,生物相容性极差,所以 将人工植入体制成多孔结构,改善其弹性模量和抗压 强度,满足植入体的生物相容性要求^[3]。

增材制造技术^[4-6] 是 20 世纪 80 年代发展起来的 先进制造技术。对于金属材料的增材制造技术,选区 激光熔化 (Selective Laser Melting, SLM) 是其重要的 分支^[7],它利用高能激光束逐层熔化金属粉末,层层累 积,成型出三维零件模型^[8-11]。因其能够成型出复杂 几何特征的零件,且成型零件力学性能优良,致密度 高,被广泛应用到医学、航空航天领域中。

多孔材料是一种规则微观结构的新型轻质高强 多功能材料^[12-13],具有超轻高强、吸收能量和热渗透 等特点,被广泛地应用在医疗、航空航天等领域。黄 超^[14]在研究 316L 不锈钢准静态下力学性能时发现, 抗压强度是其重要的力学指标,且该材料塑性较强, 韧性较好,工程实际应用较为广泛。Jaroslav čapek^[15] 等人利用选区激光熔化技术制造了孔隙率为 87% 的 316L 不锈钢多孔结构,测定了其弹性模量和屈服强 度,试验发现多孔结构的力学性能与骨小梁相似。杨 永强^[16]为获得具备良好力学性能和生物相容性的多 孔植入体,成功制备了 CoCrMo 正六面体和正八面体 多孔样件,研究了表面积体积比、孔隙率、平均孔径 对样件弹性模量和抗压强度的影响,发现弹性模量和 抗压强度随着孔隙率和平均孔径的增大而减小,随表 面积体积比的增大而增大。Barbas, A^[8]等人在研究 纯多孔钛 (CPPTi)用作外科植入体时发现,多孔结构 孔隙率为53%时能够得到更好的生物相容性。

虽然众多学者在多孔材料的研究上取得了重大 进展,但是在植入体生物相容性问题上仍然存在着 "应力屏蔽"现象。为了减轻或消除"应力屏蔽"效应, 获得更好的生物相容性,文中选取体心立方结构和正 十二面体结构作为结构单元,通过模型预测与纵向压 缩试验相结合的方式,分析相关参数对弹性模量和抗 压强度的影响,为多孔结构的人工植入体研究提供 依据。

1 试 验

1.1 材料参数

试验所用金属粉末为 316L 不锈钢钢球形粉末, 颗粒尺寸为 10~45 μm, 微观形貌如图 1 所示。使用 前将 316L 不锈钢金属粉末烘干 5 h 以上, 粉末的化学 成分如表 1 所示。



图 1 316L 不锈钢粉末颗粒 Fig.1 316L stainless steel powder particles

第8期	www.irla.cn	第49卷

红外与激光工程

表 1 316L 不锈钢粉末化学成分 (质量分数 %)

Tab.1 Chemical composition of 316L stainless power (wt.%)

С	Mn	Si	Cr	Ni	Р	S	Мо	Fe
≤0.03	<5.00	<1.00	16.0-18.0	10.0~25.0	≤0.045	≤0.03	<5.00	Allowance

1.2 试验设备

成型设备采用德国 SLM 公司进口的 SLM-125HL 打印机,激光器为 IPG 光纤激光器,功率为 400 W,可 成型不锈钢粉末 (304、316)、钛合金、镍合金、铝合金 等粉末材料。压缩试验设备采用长春机械院研发的 SDS100型电液伺服疲劳试验机,该设备可以进行拉 伸、压缩、疲劳等常规的力学性能试验。

1.3 试验流程

试验选取多孔结构孔隙率、平均孔径、比表面积 作为影响因素,以弹性模量和抗压强度为力学性能指 标,分别针对体心立方结构和正十二面体结构设计五 种不同大小的多孔样件,选取前期优化的最佳工艺参 数^[17-19]进行成型试验,工艺参数如表2所示。

表 2 工艺参数

Tab.2 Technological parameter

Laser power /W	Scan speed /mm·s ⁻¹	Hatch spacing/mm	Powder-bed depth/mm	Scanning strategy
250	650	0.06	0.02	Single-direction sweeping

制备过程选区激光熔化系统的工作原理如图 2 所示。样件制备完成后进行纵向压缩试验,分析应力



图 2 选区激光熔化系统

Fig.2 Selective laser melting system

应变曲线,对处理的数据加以分析,得出最终结论。

2 样件设计及分析方法

2.1 多孔单元的设计

多孔结构是一种内部具有复杂孔洞的腔体结构, 通常由棱径和壁板相互联结从而形成网状体。对于 多孔结构的力学性能,学者 Gibson 和 Ashby 做了大 量的研究。研究发现,孔隙率与弹性模量、强度之间 的关系符合幂函数特征,并创立了 Gibson-Ashby 模 型^[20],即

$$\frac{E^*}{E_s} = C(\frac{\rho^*}{\rho_s})^m \tag{1}$$

式中: E^* 为 316L 不锈钢多孔结构的弹性模量; E_s 为其 固体的弹性模量,大小为 210 GPa; ρ^* 为 316 不锈钢多 孔结构的密度; ρ_s 为其固体的密度,大小为 7.98 g/cm³; C和 m 为几何比例常数, Gibson 和 Ashby 研究得出, 开孔多孔结构的 C=1、m=2。

Karageorgiou V 在研究三维生物材料支架的孔隙 度与成骨时发现,孔隙率大于50%更有益于骨细胞 的增长[21],生物相容性有明显的提高。而人体骨骼的 弹性模量为 0.9~1.7 GPa^[22],人工植入体的弹性模量 在此范围内,且抗压强度越高,生物相容性和优越性 越好。笔者利用 Solidworks 软件, 通过改变单元体杆 长度,控制单元体的孔隙率、比表面积、平均孔径,且 试验样件满足国家标准 (GB/T7314-2005), 结合 Gibson-Ashby 模型,设计出的多孔单元孔隙率均大于 50%,并预测出不同单元的弹性模量(表 5),预测的弹 性模量值为 0.250~3.049 GPa。孔隙率的增大, 势必 对多孔结构的弹性模量和抗压强度产生一定影响,为 了将多孔结构的弹性模量更加接近人骨的弹性模量, 减轻或消除"应力屏蔽"效应,所设计的正十二面体结 构杆长 L1 = 1.5~1.9 mm, 体心立方结构杆长 L2 = 2~ 4 mm, 直径均为 D = 0.4 mm。多孔单元设计相关参数 如表3所示,多孔单元如图3所示。

第8期

表3 多孔单元参数设计

Tab.3 Parameter design of porous element							
Sample	Parameter	Design 1	Design 2	Design 3	Design 4	Design 5	
	Volume to area ratio	4.33	3.82	3.40	3.04	2.74	
Regular dodecahedron structure	Average pore diamete/mm	3.29	3.56	3.78	4.00	4.22	
	Porosity	55.13%	60.21%	65.46%	69.88%	72.44%	
Body centered cubic structure	Volume to area ratio	2.12	1.26	0.95	0.70	0.54	
	Average pore diamete/mm	1.90	2.48	3.06	3.64	4.22	
	Porosity	79.64%	86.82%	90.71%	93.15%	94.74%	



图 3 多孔单元。(a) 正十二面体单元;(b) 体心立方结构单元

Fig.3 Porous unit. (a) Regular dodecahedron unit; (b) Body centered cubic structural unit

2.2 多孔结构的设计

文中所设计的多孔结构模型,通过对多孔单元进 行布尔阵列,构造出 5×5×5 单元体叠加累积的多孔样 件,如图 4 所示。





2.3 试验分析方法

2.3.1 样件的测试方法

利用 SDS100 型电液伺服疲劳试验机,在样件纵向上施加载荷,压缩的位移速度为1mm/min,采样频 率为10 Hz。压缩停止后,计算机生成位移-载荷数据 文件,数据采样结束。

2.3.2 分形插值法分析压缩性能 分形几何是由 Mandelbrot(1983)发展起来的一门 新的数学分支,用来描述自然界中不规则以及杂乱无 章的形体特征,而分形插值是其重要的组成部分。

分形插值[23] 是根据分形几何的自相似性原理和 迭代函数系的理论将已知数据插值成具有自相似结 构的曲线或曲面,任何一个局部都与整体自相似或统 计自相似。分形插值,根据整体与局部相似的原理将 插值数据点的变化特征映射到了相邻点之间的局部 区域,在相邻的两个信息点之间得到局部波状起伏的 形状,从而可以得到两信息点之间的局部变化特征。 对于大多数的实际情况而言,在相邻两信息点之间并 不是线性变化或光滑过渡的,而是存在局部变化的特 征。因此,对于具有分形特征的形体,两信息点之间 有更多更精细一级的波状起伏,用分形插值法分析其 结果更加符合实际。利用 MATLAB 强大的数据分 析、图像处理功能,可以实现离散数据点的分形插值 拟合。选区激光熔化成型试验过程中,存在零件打印 时间长、成本高的问题,故而试验样本数量不能太 大。所以,利用分形插值方法能够求得相邻两信息点 之间的未知特征,较好地解决在有限样本数据中分析 试验规律的问题。

3 试验结果分析

3.1 成型件的效果

图 5 为选区激光熔化成型出的多孔结构样件,其 表面无明显缺陷。图 6 为选区激光熔化成型出多孔 结构样件的显微特征,通过显微镜对成型质量进行观 察,发现样件表面有少量的粉末黏附,多孔结构的梁 柱上有轻微的金属粉末烧结残渣。综上可知,样件成 型效果较好。



- 图 5 SLM 成型多孔结构样件。(a) 正十二面体多孔结构;(b) 体心立 方多孔结构
- Fig.5 SLM shaped porous structure sample. (a) Regular dodecahedron porous structure; (b) Body centered cubic porous structure





- 图 6 SLM 成型多孔结构显微特性。(a) 正十二面体多孔结构;(b) 体 心立方多孔结构
- Fig.6 Microscopic features of SLM formed porous structure. (a) Regular dodecahedron porous structure; (b) Body centered cubic porous structure

3.2 应力-应变曲线分析

数据采集完成后,取每种设计样块应力应变数据 的均值作为最终的结果,通过 Origin 软件进行应力-应变曲线的绘制。如图 7 所示,成型的多孔 316L 不 锈钢多孔结构在压缩过程中,由于材料本身塑性较 强,无纵向断裂现象,导致应力应变曲线未有断崖式 下降,总体成上升趋势。



- 图 7 多孔 316L 不锈钢压缩应力应变曲线。(a) 正十二面体多孔结构; (b) 体心立方多孔结构
- Fig.7 Compression stress and strain curves of porous 316L stainless steel. (a) Regular dodecahedron porous structure; (b) Body centered cubic porous structure

由上述 316L 不锈钢的压缩应力-应变曲线,通过 对样件的变形行为分析,可以得出其压缩过程可以分 为三个阶段:

(1) 弹塑性变形阶段

在液压柱对样件施加载荷的过程中,316L不锈 钢多孔结构内部是承受压缩应力的最主要部分,此阶 段,因为压缩应力较小,多孔结构内部发生了弹性变 形,进而样件的应力-应变曲线呈线性关系,且施加压 缩载荷卸除,样件由于弹性变形可逆性,能够恢复初 始状态。

(2)局部塑性变形阶段

当施加载荷逐渐增大,多孔结构变形进入局部塑 性变形阶段,此阶段应力-应变曲线呈非线性关系,且 随着应变的增加,应力的增长趋势越来越缓慢。

(3) 完全塑性变形阶段

此阶段中,多孔结构样件的变形已十分明显,应 变值的增大,应力基本上保持不变或者变化较为缓 慢,应力-应变曲线也较为平缓。

3.3 弹性模量和抗压强度分析

通过表 4 抗压强度数据发现,选区激光熔化技术 成型的 316L 不锈钢多孔结构抗压强度在 43.19 ~ 160.31 MPa之间,满足人骨的抗压强度 (102.9 ~ 140.7 GPa)^[24]要求。正十二面体结构的抗压强度幅值 变化比体心立方结构小,因为正十二面体多孔结构梁 柱数量比点阵多孔结构多,所以自身稳定性较强,能 够承受更多的压缩应力。

通过表 5 弹性模量数据发现,选区激光熔化技术 成型的 316L 不锈钢多孔结构弹性模量在 0.375 ~ 1.716 GPa之间,满足了人骨组织弹性模量在 0.9 ~ 1.7 GPa 的要求,其发展趋势与预测值趋势大致相 同。实心 316L 不锈钢的弹性模量为 210 GPa,正十二 面体和体心立方多孔结构大幅度的降低了材料的弹 性模量,且可通过调节多孔结构的相关参数,达到与 人骨组织相同的弹性模量,实现减轻"应力屏蔽"效应 的目的,提高了生物相容性。正十二面体和体心立方 多孔结构弹性模量较 Gibson-Ashby 模型误差分别为 46.61%、27.94%,体心立方结构弹性模量更加符合预 测模型。主要原因是正十二面体单元存在着大量的 悬垂结构,导致成型后挂渣和球化现象比体心立方结 构更加明显,成型质量相对体心立方结构较差。

表 4 压缩试验计算的抗压强度

Tab.4 Compressive strength calculated by compres-

•	
ei0n	toct
51011	ιτοι

Sample	Design number	Average compressive strength/MPa
	Design 1	160.31
	Design 2	150.65
Regular dodecahedron structure	Design 3	134.95
	Design 4	129.25
	Design 5	111.75
	Design 1	158.03
	Design 2	92.07
Body centered cubic structure	Design 3	66.97
	Design 4	53.05
	Design 5	43.19

|--|

Tab.5 Elastic modulus calculated by compression test

Sample	Design number	Average elastic modulus/GPa	Predicted value by Gibson-Ashby formula/GPa	Deviation
Regular dodecahedron sample	Design 1	1.042	2.729	
	Design 2	1.223	2.201	
	Design 3	1.030	1.877	46.61%
	Design 4	0.925	1.769	
	Design 5	0.919	1.347	
Body centered cubic structure	Design 1	1.716	3.049	
	Design 2	1.070	1.350	
	Design 3	0.672	0.720	27.94%
	Design 4	0.553	0.464	
	Design 5	0.375	0.250	

3.4 力学性能的相关分析

3.4.1 孔隙率对弹性模量和抗压强度影响

通过图 8(a) 分形插值曲线可以发现, 正十二面体 多孔结构在孔隙率为 55%~62% 时, 随着孔隙率的增 大, 弹性模量增大, 并在孔隙率为 62% 左右达到峰值 后, 弹性模量随着孔隙率的增加而呈现出下降趋势, 正十二面体结构受孔隙率影响较小。体心立方多孔 结构随着孔隙率的增加一直保持线性下降的趋势,且 体心立方结构受孔隙率影响较大。

从图 8(b)分形插值曲线可以发现,孔隙率对 316L不锈钢多孔结构抗压强度影响趋势与弹性模量 大致相同,都随孔隙率增大抗压强度减小。正十二面 体多孔结构随孔隙率的增大,抗压强度下降较为缓 慢,而孔隙率对体心立方多孔结构影响更为显著。



图 8 (a) 孔隙率与弹性模量关系; (b) 孔隙率与抗压强度关系 (RD: 正 十二面体多孔结构; BCC: 体心立方多孔结构)

Fig.8 (a) Relationship between porosity and elastic modulus;(b) Relationship between porosity and compressive strength (RD: porous structure of regular dodecahedron; BCC: body centered cubic porous structure)

3.4.2 平均孔径对弹性模量和抗压强度影响

通过图 9(a) 分形插值曲线可以看出, 平均孔径对 正十二面体多孔结构弹性模量的影响呈先增大后减 小的趋势, 且幅值变化较小, 平均孔径达到 4 mm 后, 弹性模量变化趋于稳定。体心立方多孔结构随着 平均孔径的增大, 始终保持下降趋势, 且平均孔径在 2~3 mm 区间内下降趋势较为迅速, 3~4.5 mm 区间 内较为缓慢, 幅值变化较大。

通过图 9(b) 分形插值曲线可以看出,平均孔径 对 316L 不锈钢多孔结构的抗压强度影响与对弹性模 量的影响基本相同,都随着平均孔径的增大抗压强度 减小,且两者的变化趋势都十分明显,正十二面体多 孔结构更趋向于线性下降。



图 9 (a) 平均孔径与弹性模量关系; (b) 平均孔径与抗压强度关系 (RD: 正十二面体多孔结构; BCC: 体心立方多孔结构)

Fig.9 (a) Relation between average pore diameter and elastic modulus;(b) Relation between average pore diameter and compressive strength (RD: porous structure of regular dodecahedron; BCC: body centered cubic porous structure)

3.4.3 比表面积对弹性模量和抗压强度影响

通过图 10(a) 分形插值曲线可以看出, 比表面积 对 316L 不锈钢多孔结构弹性模量的影响有所不同, 正十二面体多孔结构弹性模量随着比表面积的增大 先上升后减小, 在比表面积为 3.8 附近取其峰值, 而体 心立方多孔结构与比表面积一直保持正相关线性增 长, 最值差明显高于正十二面体多孔结构。

通过图 10(b) 分形插值曲线可以看出,316L 不锈 钢多孔结构的抗压强度随着比表面积的增大而逐渐 增大,且均呈现出线性增长,体心立方多孔结构线性 相关性更强。比表面积的改变,体心立方多孔结构的 抗压强度变化范围要比正十二面体多孔结构大,二者 受比表面积影响十分显著。



图 10 (a) 比表面积与弹性模量关系; (b) 比表面积与抗压强度关系 Fig.10 (a) Relationship between volume to area ratio and elastic modulus; (b) Relationship between volume to area ratio and compressive strength

4 结 论

(1) 316L 不锈钢粉末在激光的作用下, 成型的多 孔样件表面附有适量的未熔化或半熔化粉末, 且伴随 有球化现象产生。压缩过程中, 由于 316L 不锈钢材 料塑性较强, 未发生断裂现象, 且一直以变形失效为 主要失效形式, 当发生塑性变形后, 多孔结构逐渐被 压缩致密化。

(2) 通过压缩多孔 316L 不锈钢多孔结构,得到的 弹性模量与 Gibson-Ashby 模型预测值分别误差为 46.61%、27.94%,体心立方体结构试验结果与 Gibson-Ashby 模型预测值误差较小,正十二面体结构实验结 果与 Gibson-Ashby 模型预测值误差较大,这主要原因 是正十二面体单元存在着大量的悬垂结构,导致成型 后挂渣和球化现象比体心立方结构更加明显,成型质 量相对体心立方结构较差。

(3) 实验制备的多孔 316L 不锈钢合金结构, 孔隙 率为 55.13% ~ 94.74%, 平均孔径为 1.90 ~ 4.22 mm, 比

表面积 0.54~4.33 时, 弹性模量在 0.375~1.716 GPa 之间, 对比人骨弹性模量 0.9~1.7 GPa, 满足生物相 容性要求, 减轻了"应力屏蔽"效应。正十二面体多孔 结构抗压强度为 111.75~160.31 MPa, 体心立方多孔 结构的抗压强度为 43.19~158.03 MPa, 正十二面体多 孔结构的力学性能比体心立方结构更加优越。

(4) 通过分形插值曲线可知, 正十二面体多孔结 构弹性模量随着孔隙率、平均孔径、比表面积的增 大, 先上升后下降。正十二面体多孔结构的抗压强度 随着孔隙率、平均孔径的增大而减小, 随着比表面积 的增大而增大。体心立方多孔结构的弹性模量和抗 压强度随孔隙率、平均孔径的增大而减小, 随比表面 积的增大而增大。

参考文献:

 Sun Jianhua, Liu Jinlong, Wang Qingliang, et al. Research status of biomedical porous metal materials fabricated by selective laser melting [J]. *Materials Reports*, 2011, 25(9): 95-98. (in Chinese)

孙建华, 刘金龙, 王庆良, 等. 医用316L不锈钢表面改性的研究进展[J]. 材料导报, 2011, 25(9): 95-98.

- [2] Zhang Guoqing, Li Jin, Li Junxin, et al. Influence of heat treatment on the performance of selective laser melting manufacturing CoCrMo alloy [J]. *Infrared and Laser Engineering*, 2018, 47(1): 0104004. (in Chinese) 张国庆,李晋,李俊鑫,等. 热处理对激光选区熔化成型 CoCrMo合金性能影响研究[J]. 红外与激光工程, 2018, 47(1): 0104004.
- [3] Yang Yongqiang, Song Changhui, Wang Di, et al. Selective laser melting and its applications on personalized medical parts
 [J]. *Journal of Mechanical Engineering*, 2014, 50(21): 140-151. (in Chinese)

杨永强, 宋长辉, 王迪, 等. 激光选区熔化技术及其在个性化医学中的应用[J]. 机械工程学报, 2014, 50(21): 140-151.

- [4] Yan Hui, Wang Xiao, Liang Huixin, et al. Influence of scanning order on residual stress and deformation in laser direct manufacturing of TC4 [J]. *Infrared and Laser Engineering*, 2019, 48(2): 0242002. (in Chinese)
 严惠, 王霄, 梁绘昕, 等. 选区顺序对激光直接制造TC4残余应 力及变形的影响[J]. 红外与激光工程, 2019, 48(2): 0242002.
- [5] Xue Jun, Feng Jiantao, Ma Changzheng, et al. Influence of laser shock peening on microstructure and oxidation resistance of laser additive manufactured TC4 titanium alloy [J]. *Chinese Optics*, 2018, 11(2): 198-205. (in Chinese) 薛军, 冯建涛, 马长征, 等. 激光冲击强化对激光增材TC4钛合

金组织和抗氧化性的影响[J]. 中国光学, 2018, 11(2): 198-205.

- [6] Zhang Min, Liu Chang, Ren Bo, et al. Microstructure and mechanical properties of porous Ni alloy fabricated by laser 3D printing [J]. *Chinese Optics*, 2016, 9(3): 335-341. (in Chinese) 张敏, 刘畅, 任博, 等. 3D打印激光制备多孔镍合金组织和力 学性能研究[J]. 中国光学, 2016, 9(3): 335-341.
- [7] Wu Weihui, Yang Yongqiang, Mao Guisheng, et al. Free manufacturing of heterogeneous materials part by selective laser melting [J]. *Optics and Precision Engineering*, 2019, 27(3): 517-526. (in Chinese)

吴伟辉,杨永强,毛桂生,等.激光选区熔化自由制造异质材料 零件[J].光学精密工程,2019,27(3):517-526.

- [8] Barbas A, Bonnet A-S, Lipinski P, et al. Development and mechanical characterization of porous titanium bone substitutes
 [J]. Journal of the Mechanical Behavior of Biomedical Materials, 2012, 9(3): 34-44.
- [9] Li Zifu, Zhang Chunyu, Qi Liujun, et al. Selective laser melting bone-compatible pure titanium porous structure [J]. *Applied Mechanics & Materials*, 2013, 423-426: 833-836.
- [10] Simoneau C, Brailovski V, Terriault P. Design, manufacture and tensile properties of stochastic porous metallic structures [J]. *Mechanics of Materials*, 2016, 94: 26-37.
- [11] Du Daozhong, Liu Tingting, Liao Wenhe, et al. Design of monitoring system of melt pool light intensity in selective laser melting [J]. *Infrared and Laser Engineering*, 2017, 46(12): 1206002. (in Chinese)
 杜道中,刘婷婷,廖文和,等. 激光选区熔化熔池光强监测系统

设计[J]. 红外与激光工程, 2017, 46(12): 1206002.

[12] Bo Long, Xiong Fei, Chen Xiaohong, et al. Multi-objective structural optimization design of Ti6Al4V lattice structure formed by SLM [J]. *Journal of Mechanical Engineering*, 2018, 54(5): 156-165. (in Chinese)
柏龙, 熊飞, 陈晓红, 等. SLM制备的Ti6Al4V轻质点阵结构多

目标结构优化设计研究[J]. 机械工程学报, 2018, 54(5): 156-165.

- [13] Wu Weihui, Yang Yongqiang, Xiao Dongming, et al. Pore forming results of controllable ultra-light structured parts by selective laser melting [J]. *Optics and Precision Engineering*, 2017, 25(6): 1547-1556. (in Chinese) 吴伟辉, 杨永强, 肖冬明, 等. 激光选区熔化成型可控超轻结构 化零件的孔隙生成效果[J]. 光学 精密工程, 2017, 25(6): 1547-1556.
- [14] Huang Chao. Analysis on the mechanical properties of 316L stainless steel[D]. Harbin: Harbin Engineering University, 2016:
 9-11. (in Chinese)

黄超.316L不锈钢力学性能研究[D].哈尔滨:哈尔滨工程大学,2016:9-11.

- [15] Jaroslav Čapek, Markéta Machová, Michaela Fousová, et al. Highly porous, low elastic modulus 316L stainless steel scaffold prepared by selective laser melting [J]. *Materials Science & Engineering C, Materials for Biological Applications*, 2016, 69: 631-639.
- [16] Zhang Guoqing, Yang Yongqiang, Song Changhui, et al. Study on design and properties of porous CoCrMo alloy structure manufactured by selective laser melting [J]. *Chinese Journal of Lasers*, 2015, 42(11): 1103003. (in Chinese) 张国庆, 杨永强, 宋长辉, 等. 激光选区熔化成型CoCrMo多孔 结构的设计与性能研究[J]. 中国激光, 2015, 42(11): 1103003.
- [17] Sun Quanping, Liang Yuankai, Feng Chunmei, et al. Optimization of selective laser melting forming technology for 316 stainless steel [J]. *Hot Working Technology*, 2016, 45(16): 65-68. (in Chinese) 孙全平,梁元凯, 冯春梅, 等. 316不锈钢选区激光熔化成形工 艺优化[J]. 热加工工艺, 2016, 45(16): 65-68.
- [18] Shaaz Ghouse, Sarat Babu, Kenneth Nai, et al. The influence of laser parameters, scanning strategies and material on the fatigue strength of a stochastic porous structure [J]. *Additive Manufacturing*, 2018, 22: 290-301.
- [19] Erick Ramirez-Cedillo, Jesús A Sandoval-Robles, Leopoldo Ruiz-Huerta, et al. Process planning guidelines in selective laser melting for the manufacturing of stainless steel parts [J]. *Procedia Manufacturing*, 2018, 26: 973-982.
- [20] Lorna J. Gibson, Michael F Ashby. Cellular Solids: Structure and Properties[M]. Cambridge: Cambridge University Press, 1997: 161-179.
- [21] Vassilis Karageorgiou, David Kaplan. Porosity of 3D biomaterial scaffolds and osteogenesis [J]. *Biomaterials*, 2005, 26(27): 5474-5491.
- [22] Fu Kaijie. Porous dental implants with drug delivery function and SLM manufacture[D]. Hangzhou: Zhejiang University of Technology, 2016: 1-14. (in Chinese) 傅凯杰. 具有药物携带功能的多孔种植体及SLM制备[D]. 杭 州: 浙江工业大学, 2016: 1-14.
- [23] Sun Hongquan. Fractal Geometry and Fractal Interpolation[M].
 Beijing: Science Press, 2011: 1-8. (in Chinese)
 孙洪泉. 分形几何与分形插值[M]. 北京: 科学出版社, 2011: 1-8.
- [24] Wang Bo, Fan Yubo, Chen Mengshi, et al. Testing of anisotropic modulus and fluid characteristic of chinese femur and tibia [J]. *Journal of Biomedical Engineering*, 2016, 23(3): 75-78. (in Chinese)

王勃,樊瑜波,陈孟诗,等. 国人的股骨和胫骨各向异性力学参数和轴向流变特性测试[J]. 生物医学工程学杂志, 2016, 23(3): 75-78.