doi:10.6041/j.issn.1000-1298.2018.01.038

鲟鱼无水低温保活的血糖传感信号监测方法

傅泽田^{1,2} 高乾钟³ 张永军³ 刘 艳⁴ 张小栓^{1,2}

(1.中国农业大学工学院,北京100083; 2.中国农业大学食品质量与安全北京实验室,北京100083;
3.中国农业大学信息与电气工程学院,北京100083; 4.北京物资学院物流学院,北京101149)

摘要:根据水产品无水低温保活运输监测需求,设计了可植入式血糖传感器及信号处理电路,以实时获取血糖传感 信号,信号经过软件滤波进行去噪和平滑处理后,构建了血糖变化的时序预测模型;以鲟鱼作为实验对象,对所提 出的方法进行了实验验证。结果表明:所设计的可植入式血糖传感器能在鲟鱼体内对血糖信号进行稳定的采集, 传感器信号经过信号调理电路后输出拟合程度达到 0.960 8,电路灵敏度为 27.047 mV/nA,零点漂移量为 722.83 mV;所构建的血糖信号自回归移动平均模型(ARIMR)预测值与真实值之间的平均绝对误差为 -0.014 mmol/L,平均相对误差为-0.117%,预测精度和平滑度较其他模型具有优势。该信号监测方法对于提高 水产品无水低温保活全程透明度和追溯性,并推断水产品生命体及营养物质变化具有重要参考价值。 关键词:无水低温保活;可植入传感器;ARIMR;信号处理

中图分类号: S981.1; TN402 文献标识码: A 文章编号: 1000-1298(2018)01-0305-10

Monitoring Method and Verification of Sturgeon Glucose Sensing Signal at Waterless and Low Temperature Keeping Alive Transportation

FU Zetian^{1,2} GAO Qianzhong³ ZHANG Yongjun³ LIU Yan⁴ ZHANG Xiaoshuan^{1,2}

(1. College of Engineering, China Agricultural University, Beijing 100083, China

2. Beijing Laboratory for Food Quality and Safety, China Agricultural University, Beijing 100083, China

3. College of Information and Electrical Engineering, China Agricultural University, Beijing 100083, China

4. School of Logistics, Beijing Wuzi University, Beijing 101149, China)

Abstract: Waterless and low temperature keeping alive transportation is considered as a kind of promising technology to improve aquatic animals' survival and save the transport costs, and monitoring biological signal is useful to improve the transparency and traceability of transportation process. A monitoring method of glucose was presented, which consisted of three components: a signal conditioning circuit, a software digital filter and a prediction method. The signal conditioning circuit was responsible to sense glucose signal by the implantable glucose sensor and signal pretreatment by a hardware filters; the software digital filter can filter and smooth the amplified signal to provide reliable data for the dynamic character analysis. The time series method served to predict change of glucose. Sturgeons were selected as experimental objectives to validate the reliability of the method. The experiment result showed that the implanted glucose sensor can sense data accurately with sensitivity of 27.047 mV/nA, the zero drift of 722. 83 mV and signal output fitting of 0. 9608 after signal conditioning circuit; the average absolute error between the predicted value by autoregressive integrated moving average model (ARIMR) and the real sensed value was -0.014 mmol/L, and the average relative error was -0.117%, which indicated that the ARIMR model had advantages in prediction accuracy and smoothness compared with other prediction models; the proposed monitoring method can be adopted as a reference value to monitor the change of glucose and obtain the change of biological nutrients during waterless keeping alive transportation of the aquatic product.

Key words: waterless and low temperature keeping alive transportation; implantable sensor; ARIMR; signal processing

基金项目:农业部公益性行业科研专项(201203017)和北京市科技新星计划项目(XX2015B040)

收稿日期: 2017-04-15 修回日期: 2017-05-17

作者简介:傅泽田(1956一),男,教授,博士生导师,主要从事农业系统工程与信息化研究, E-mail: fzt@ cau. edu. cn

通信作者:张小栓(1978—),男,教授,博士生导师,主要从事农业系统工程与信息化、冷链物流等研究,E-mail:zhxshuan@cau.edu.cn

0 引言

无水低温保活技术是通过梯度降温等方法,使 水产品在其生态冰温区域处于半休眠或完全休眠状态,以降低新陈代谢,减少机械损伤,延长存活时间, 达到长距离、大批量保活运输的目的^[1-3]。研究表 明,在提高保活运输率的同时,水产品品质也会受到 一定程度的损伤^[4-5]。

通过对水产品重要营养物质(如蛋白质、脂肪等)的检测,可以探究无水低温保活过程对水产品 品质的影响。但是,这些指标从理论上难以直接测 量,或者操作难度大、成本高。鱼类是水产品中重要 的一部分,在面对外界刺激时鱼类产生的应激反应, 加速体内的营养物质转化为葡萄糖,使血糖、乳酸及肝 糖元保持一个动态平衡的过程^[4-8]。因此,血糖是动 物中重要的供能物质,可直接反映鱼类的代谢状况。

从理论上分析,血糖监测方法采用生物传感器 对血糖信号进行采集,经过滤波处理后获取血糖变 化信息^[9-11]。生物血糖信号变化频率在 0~40 Hz 之间,忽略传感器自身采集精度,信号在传输过程中 也极易受到干扰^[12-13]。在对无水低温保活过程中 鱼类血糖进行监测时需要高精度、高稳定性的生物 传感器,高质量的滤波过程和高效的数据处理方法。 同时考虑到采样过程可能存在的影响其存活率等因 素,可植入生物传感器设计方法有红外光谱方法、荧 光检测法等。SHIN 等^[14]利用测眼压的方法制作可 植入传感器,利用生化方法制作可植入血糖传感器 检测血糖变化较常用,获取的数据更准确且针对性 更强,植入传感器主要问题在于易受生物体内其他 组织液的影响,造成采集的信号不稳,甚至传感器损 坏^[14-18];在传感信号传输过程中易受到电子元器件 的噪声干扰,采用软硬件结合^[19-23]的滤波方式可以 有效地还原原始信号;数据处理利用预测的方 法^[24-25](如时间序列、曲线拟合、灰色模型、神经网 络等)实现对数据采集和滤波过程效果的反向对 照,获取系统稳定性的信息以及实现对血糖变化趋 势的判断,为后续生物血糖控制提供参考。

本文以对低温适应性强、较高经济价值和科研 价值的鲟鱼作为实验样本,进行无水低温保活实验, 通过设计与开发可植入血糖传感器,提出一种监测 鲟鱼血糖信号变化的方法,为水产品营养物质监测 提供一种参考。

1 无水低温保活的血糖传感信号监测方法

1.1 血糖信号采集方法

为解决可植入传感器在生物体内精度受损、续

航能力受限甚至由生物体内其他组织导致其不能正 常工作乃至损坏等问题^[14-18],设计了一种可植入血 糖传感器,选择从鲟鱼眼部植入来测量活鱼眼球巩 膜组织间液中的血糖变化,来减小以上问题带来的 影响。

1.1.1 可植入血糖传感器设计

利用葡萄糖酶和葡萄糖之间的反应进行可植入 传感器设计,如图1所示,传感器主要结构包括工作 电极和参比电极。利用铂铱合金材料制作工作电 极,在工作电极上覆盖一层葡萄糖氧化酶与血糖中 葡萄糖进行氧化还原反应,产生的离子经过全氟磺 酸高分子层到达工作电极上,在参比电极上不进行 葡萄糖氧化酶进行覆盖,作为生物组织液变化的参 考,参比电极与工作电极之间形成电势差,变化的电 流经过导线传输到信号放大设备和天线,实现信号 传输。该可植入血糖传感器的优点在于利用电化学 反应无需进行供电:利用全氟磺酸高分子膜的离子 选择性可以有效降低生物体内非正常生理应激带来 的干扰;经过结构优化,传感器的长度约3mm、直径 1 mm,对于植入活鱼眼球巩膜组织间液内进行血糖 信号采集是足够的。综上,该血糖传感器能够有效 避免可植入传感器存在的问题。



图 1 可植入血糖传感器结构图

Fig. 1Structure diagram of implantable blood glucose sensor1. 全氟磺酸2. 葡萄糖氧化酶3. 工作电极4. 导线5. 参比电极

1.1.2 血糖信号采集硬件设计

传感器采集到的血糖信号幅值和频率较低,易 淹没在噪声中,不能直接进行数字化处理^[24],必须 经过硬件整形、滤波来进行有效放大。为了达到更 好的滤波和放大效果,本研究所设计的电路中采用 了逐级放大、逐级滤波的方式,并使用低功耗芯片来 提高硬件的续航能力,将滤波和放大过程集成为一 个模块来缩小电路体积,提高电路的适应性(图2)。 **1.1.3** 血糖信号采集软件设计

由上述传感器和硬件滤波电路初步处理后的信号中仍存在传感器和电子元件带来的低频噪声和干扰。利用软件滤波来进行过滤与平滑。具体流程图如图 3(图中 x_{k-R}, x_k, x_{k+R} 分别表示第 k - R, k, k + R个采样信号点, $f(x_k)$ 表示 Med 函数提取出来的值, Med 表示提取序列 $\{x_{k-R}, \dots, x_k, \dots, x_{k+R}\}$ 中间值)



Y.——血糖实际信号

一系统不稳定与环境突变带来的粗大误 Y -差信号

(1)首先利用递推均值滤波法提取出纯净的 Y_i 信号,即Y_i=Y_i-Y_i-Y_i,将Y_i+Y_i信号进行下一步

(2) 然后利用中值滤波法对 $Y_{1} + Y_{2}$ 信号进行信 号过滤得到 Y_*^* , 但 Y_*^* 信号中含有应激反应产生的 信号,导致信号不平滑,所以必须进行下一步滤波进

数据最大值x₄处:

 $f(x_{i}) = \operatorname{Med}\{x_{i-p}, \cdots, x_{i}, \cdots, x_{i+p}\}$



图 3 血糖信号软件滤波流程图

Fig. 3 Flow chart of blood glucose signal software filter

(3)最后利用递推均值法进行平滑处理。

1.2 血糖信号传输方法

无水低温保活血糖信号传输过程如图4所示。 可植入传感器采集血糖的变化数据,通过传感器的 天线将原始数据包传输到接收器,接收器将数据包 经过硬件调理压缩后,利用 GPRS 模块对数据进行 TCP/IP 协议转换,再以 GPRS 数据包的形式发送至 GPRS 无线基站,并由基站经过 GPRS 服务支持节点 (SGSN) 和 网 关 服 务 节 点 (GGSN) 传 输 到 INTERNET,最后数据经过防火墙传输至数据监控 终端,终端将利用时序法对数据进行预测模型构建。



1.3 血糖信号预测方法

由于血糖扩散过程的耗时和传感器的响应问 题^[26],通过建立合适的预测模型可以获得未来血糖 变化,方便及时做出决策,提高存活率。

常用的预测建模方法包括曲线拟合、灰色模型、 神经网络及时序法等^[24-25]。考虑到时序法实现方 便且处理效果明显[27-28],本文采用时序法构建预测 模型,并与其它预测模型进行对比。利用时序法构 建血糖预测模型的流程如下(图5):

(1)平稳化检验

平稳序列应具有以下特征:始终在一个常数值 上下随机波动;波动强度随时间变化不大;没有明显 的趋势性和周期性。

(2)数据平稳化

时间原始序列 $\{X_{i}, t=1,2,\dots,n\}$ 表现为非平稳 序列时,通过以 Cramer 理论为基础的差分法来进行 序列平稳化。对 k-1 阶差分序列再进行一次一阶 差分的 k 阶差分为

$$\nabla^{k} X_{i} = \nabla^{k-1} X_{i} - \nabla^{k-1} X_{i-1} = \sum_{i=0}^{k} (-1)^{i} C_{k}^{i} \beta^{i} X_{i-i}$$

$$C_{k}^{i} = \frac{k!}{i! (k-i)!} \qquad \beta^{i} X_{i} = X_{i-i}$$
(2)

其中

 $\beta^{i}X_{i}$ ——*i* 阶延迟算子

 $(1 - \beta^k) X_i$ 定义为 k 步差分为间隔 k 期的两个序列 值之差,即(1- β^k) $X_t = \nabla_k X_t = X_t - X_{t-k}$ 。每次差分 过后需要进行平稳性检验,避免原序列信息丢失。

(3)相关系数估计

相关系数估计包括自相关系数估计与偏相关系 数估计。具体表现形式为:自相关系数随延迟期数 k的增加突然降为零的周围小幅波动;随延迟期数 k 的增加迅速衰减在零的周围小幅波动。

(4)模型构建

时序法提供4种模型构建方式,包括自回归模型(AR)、滑动平均模型(MR)、自回归滑动平均模型(ARMR)、求和自回归滑动平均模型(ARIMR)。 各模型关系为:ARMR 是 AR 和 MR 的"混合", ARIMR 是 ARMR 的推广模型,具体模型的选择需要 根据原始时间序列与差分后的时间序列特点进行选择,考虑的因素包括差分的阶数、时间序列的周期性 和趋势性等。

(5)确定模型参数与检验

根据模型公式确定模型参数,通过残差的白 噪声检验和参数的显著性检验对模型做可靠性 检验。



图 5 血糖预测模型构建流程图

Fig. 5 Flow chart of blood glucose prediction model construction

2 无水低温保活血糖传感信号监测平台搭建

2.1 血糖传感信号处理硬件整体描述

在无水低温保活技术下搭建图 6 所示的硬件验 证血糖监测方法的可靠性。利用可植入血糖传感器 采集鲟鱼眼球巩膜组织间液内血糖变化,将获得的 有效电流信息以无线传输方式传出。用无线接收器 接收传感器传输的电流信息,同时转变为实际电流 进行输出,利用 AD 公司的放大器 ADA4530 和 LTC1150分别搭建放大与滤波模块。采用软件滤波 方式进行信号的处理,整形后利用 CC2530 片上系 统对信号储存发送。CC2530 片上系统主动接收数 据时消耗 24 nA,同时支持 IEEE 802.15.4 和 ZigBee 等多种协议标准,芯片内部集成了 2.4 GHz 标准射 频收发器,内嵌一个增强型 8051 单片机,具有 256 KB 系统可编程闪存。在数据传输时其通信模块不仅需 要接收来自传感器放大整形后的血糖信号,还需要 将数据进行分组压缩后通过 GPRS 模块传输。





2.2 可植入式血糖传感器校准

利用葡萄糖溶液对传感器做植入前的体外校 准。称取 20g 无水分析纯葡萄糖,利用干燥箱在 105℃下将其干燥至质量恒定,后作为备用放入磨口 瓶中。在室温(20℃)条件下,配 2 L 磷酸盐缓冲溶 液(PBS 溶液),并将其 pH 值调至 7.4,使用烧杯取 500 mL PBS 溶液在水浴锅中保持恒温水浴加热,利 用精密温度计监测其温度。经过 2 h 稳定期后放入 已连接好的传感器和电路板做实验校准。参考离体 血糖仪测量指导按浓度梯度逐次加入葡萄糖,等待 电路稳定后记录对应的响应电流。

2.3 实验方案

实验在国家农产品现代物流工程技术研究中心 进行。从济南市水产市场获取新鲜鲟鱼,选择每尾全 长(48.87±4.25)cm,质量约750g,发育良好,体格健 壮,外部无损伤的鲟鱼进行驯化,首先通过驯化箱降 温诱导鲟鱼进入休眠状态,以达到低温保活实验的目 的。鲟鱼进入休眠的温度在2~4℃之间,故选取12 尾状态良好的鲜活商品鲟鱼放入3℃的驯化水箱中 驯化,驯化期间连续充氧,不投饵,驯化24h后使所有 实验个体进入半休眠状态。对进入休眠状态的鲟鱼 进行进一步的筛选。选择在驯化结束后依然存活,表 面无损伤,对驯化过程有较好适应性的鲟鱼作为实验 对象。将满足条件的9尾鲟鱼移至人工气候箱,将其 按照体型分为3组,样本1组体型修长,样本2组体 型圆满,样本3组体型肥硕,同时利用微创技术向活 鱼眼球巩膜组织间液内植入已校准的血糖传感器,并 与其他硬件设备建立连接,调节温控设备使箱内温度 降至3℃,相对湿度设为94%~96%之间,使其仍保 持休眠状态。鱼类无水保活过程常设置在24h^[2-4], 为验证方法可靠性进行32h实验。传感器节点采集 的时间间隔设置为10min,CC2530通信模块每1h发 送一次数据。采用3.7V、30000mA·h的锂电池对实 验的硬件电路进行供电。

3 结果分析与讨论

3.1 可植入血糖传感器校准结果分析

利用上述传感器校准办法,获得传感器输出电流与葡萄糖质量浓度关系曲线如图 7a 所示。从图中可以看出,传感器输出电流与葡萄糖质量浓度基本呈线性关系,拟合程度达到了 0.994 1,电流大小在 5~40 nA 之间,随血糖变化电流变化稳定,说明传感器对血糖能产生稳定响应。电路硬件对血糖信号处理效果如图 7b 所示。从图中可以看出,硬件电路对血糖传感器信号放大效果明显,对应输出拟合程度达到了 0.960 8,电路灵敏度为 27.047 mV/nA,零点漂移量为 722.83 mV,说明该硬件电路完全适用于血糖传感信号的放大。





3.2 传感器植入对鲟鱼保活率的影响分析

为了进一步说明该血糖传感器对鲟鱼血糖测量的适应性,将预实验与实际实验中鲟鱼的存活数量进行统计对比,如表1所示。表中的实验开始时是指从驯化结束且挑选到的合适样本移入人工气候箱的时间。可以看出,相同条件下保存32h后进行理化指标检测的鲟鱼样本存活率与植入血糖传感器后进行血糖变化监测的鲟鱼样本存活率基本一致,这说明植入的传感器不会影响鲟鱼本身的保活率。

表1 鲟鱼存活率统计

Tab. 1 Sturgeon survival statistics

	理化指标检测鲟鱼			血糖监测鲟鱼		
	开始时	结束时	存活	开始时	结束时	存活
	条数	条数	率/%	条数	条数	率/%
预实验	3	2	67	4	2	50
实际实验	3	3	100	9	9	100
总数	6	5	83	13	11	84

3.3 鲟鱼血糖变化结果分析

根据设计的实验方案,获取的血糖数据经过组 内取平均值后,绘制的变化曲线如图 8 所示。从图 中观察到 3 组鲟鱼在无水保活过程中血糖变化趋势 基本一致,在前8h,鲟鱼体内血糖呈现快速下降趋势,原因可能是进入低温环境初期,鲟鱼消耗体内糖 原转化为葡萄糖来抵御寒冷,随着时间的增加,血糖 被消耗导致其持续降低;这与刘骁等^[4]的研究结果 基本一致;同时无外界食物补充,鲟鱼对饥饿产生应 激,降低代谢来满足身体的基本需要后,鲟鱼进入深 度休眠状态,基本不消耗能量^[5];8h后,鲟鱼适应 了低温环境,代谢能力有部分恢复,血糖浓度也有缓 慢回升。其中样本1组中的鲟鱼血糖下降到最低点 立刻呈现上升趋势,血糖变化明显,但样本2、3组中 的血糖值变化就平缓些,应该是在样本1组中鲟鱼 正常状态时生命力较强,代谢长期处于旺盛状态,使



Fig. 8 Curves of sturgeon sample glucose

其不能对环境变化有更好的适应性,而样本2、3组 鲟鱼适应性强,在8h内的变化呈现较为平稳的现 象。贾明亮^[29]在研究中指出鱼类受到低温胁迫时, 血糖被大量消耗来抵抗环境的变化,但在逐渐适应 环境后,体内会趋于新的稳态,并使血糖浓度上升, 这与本结果总体变化基本一致。

3.4 鲟鱼血糖与营养物质相关性分析

在进行血糖传感器信号测试同时,取相同条件 下的鲟鱼样本,进行了理化指标的测量。实验测量 过程为每8h进行一次,同时提取出相同时刻的血 糖值,绘制关系如图9所示。可以看出,前8h 血糖 值一直处于快速下降状态,这应是鱼类适应低温环 境大量消耗血糖能量所致,但8h后血糖开始上升, 相脂肪、肝糖元和蛋白质的含量处于下降状态,说明 鲟鱼处于饥饿状态下,开始消耗体内储存的能量,之 后血糖处于波动状态,但幅度不大,粗脂肪、肝糖元、 蛋白质的质量分数一直下降,说明鲟鱼消耗体内储 存能量保持血糖的动态平衡^[3]。



Fig. 9 Curves of crude fat, liver glycogen, protein and glucose

表2给出了粗脂肪质量分数、肝糖元质量分数、 蛋白质质量分数、血糖值之间的相关性。可以看出, 在无水保活过程中,血糖值与肝糖元质量分数、蛋白 质质量分数的相关性都高于 0.5; 粗脂肪质量分数 的相关性可能与粗脂肪与血糖之间的转化过程难度 较其他2种更高有关。

3.5 鲟鱼血糖传感信号预测模型构建

根据采集到的鲟鱼血糖变化数据,将其平均后的 时间序列记为 $\{t_i, i=1,2,\dots,n\}, t_i$ 表示传输的数据。



相关系数估计

Correlation coefficient estimation

图 11

Fig. 11

式中

粗脂肪质量分数、肝糖元质量分数、 表 2 蛋白质质量分数、血糖值相关系数

Correlation coefficient of crude fat. liver Tab. 2

glycogen, protein and glucose

	粗脂肪	肝糖元	蛋白质	血糖店
	质量分数	质量分数	质量分数	山山 7/古 1日.
粗脂肪质量分数	1			
肝糖元质量分数	0.997	1		
蛋白质质量分数	0.914	0.919	1	
血糖值	0.473	0.508	0.762	1

3.5.1 差分处理及相关系数估计

利用差分处理方法对序列处理如图 10 所示,二 次差分后对应的相关系数分析如图 11 所示。



3.5.2 模型识别

根据对 $\{\Delta t_i^2\}$ 的 自 相 关 系 数 和 偏 相 关 系 数 分 析,其值都不存在严格的指数衰减或者含一定周期 的振荡,含有拖尾的现象存在,由二阶差分后时序图 分析中知道序列呈现典型的随机波动特征, 宜采用 ARIMR 模型进行数据处理。

3.5.3 模型确定

ε.-

ARIMR 模型的演算公式为

$$A(\boldsymbol{\beta}) (1 - \boldsymbol{\beta})^{d} X_{t} = B(\boldsymbol{\beta}) \boldsymbol{\varepsilon}_{t}$$
(3)

 $b_i \beta^q$

$$A(\beta) = 1$$

$$A(\beta) = 1 - \sum_{i=1}^{q} a_i \beta^p$$
$$B(\beta) = 1 - \sum_{i=1}^{q} b_i \beta^q$$

-零均值白噪声

q——滑动平均阶数,取2

 a_i ——自回归系数 b_i ——滑动平均系数 根据上述分析,确定相应的 ARIMR 模型为 ARIMR(1,2,2),对序列 $\{\Delta t_i^2\}$ 进行拟合后,确定其 他的参数后的模型为

 $\Delta t = 1.908 \Delta t_{i-1} - 0.908 \Delta t_{i-2} + \varepsilon_t - 1.817 \varepsilon_{t-1} + 0.817 \varepsilon_{t-2}$ (4)

3.5.4 模型检验

为了进一步确定模型的有效性,对残差序列进 行残差的白噪声检验和参数的显著性检验。结果如 图 12 所示。自相关系数在 2 倍的标准差范围内,均 未超过 95% 的置信度极限线,故可以认为残差序列 是白噪声,即残差序列相互独立。

表 3 给出了每个参数的显著性检验(*t* 检验)结果,参数的检验值都小于 0.05,认为参数是显著的。 综上,模型 ARIMR 是有效的。

3.5.5 模型对比分析

图 13 是 3 组鲟鱼样本分别利用曲线拟合、灰色 模型、BP 神经网络以及 ARIMR 建立的预测图。整 体看来,各模型基本可以预测鲟鱼血糖的变化趋势,





表 3 模型参数估计

Tab. 3 Model parameter estimation

	ARIMR 参数估计				
		1- 10- 11 -24	估计值与标准	H + UL	
	怕圩沮	怀准误差	误差的比值	並者性	
常数	0.036	0.013	2.769	0.007	
自回归滞后1	0.908	0.376	2.415	0.018	
差分	2				
滑动平均滞后1	1.817	2.305	0.788	0.043	
滑动平均滞后2	-0.817	1.923	-0.425	0.167	



Fig. 13 Predictive curves of blood glucose in each sturgeon sample group

但由于不同样本组的鲟鱼生命力不一样,采集到的 数据波动也存在差异性,导致模型在数据的拟合程 度和预测曲线的平滑度上差别较大。样本1组的预 测中,各模型预测值与实际值拟合程度都低于2、3 样本组,数据的波动较大,分析可能是样本组1中数 据波动较样本组2、3大导致,在样本2组中原始数 据波动较小,各模型的预测也更加平稳,拟合度也相 对高。在对波动量的样本组预测时,ARIMR 对无水 保活环境带来的数据突变反应更快,模型预测结果 与实际值更加接近,BP神经网络模型预测值偏离实 际值程度较大,分析原因是 BP 神经网络的训练需 要大量的训练数据作为基础,数据量越大模型的训 练结果就越准确。说明原始数据的波动性和数量会 对不同模型的预测效果产生不同的影响。 从表4各模型平均绝对误差与平均相对误差可 以看出,ARIMR模型平均绝对误差最小,GM模型的 平均绝对误差和相对误差都为最大。模型对比结果 如下:模型预测值与实际值拟合程度由小到大依次 为:ARIMR、曲线拟合、灰色模型、BP神经网络;模型 预测平滑度由小到大依次为:曲线拟合、ARIMR、灰 色模型、BP神经网络。

因此,从上述模型对比中发现 ARIMR 模型对于 鲟鱼无水保活环境具有更好的预测效果,预测值与 真实值之间的平均绝对误差为 - 0.014 mmol/L,平均 相对误差为 - 0.117%;从表 4 发现,3 组样本平均绝 对误差分别是 - 0.033、- 0.001、- 0.009 mmol/L;平 均相 对 误 差 为 分 别 为 - 0.301%、- 0.025%、 - 0.025%。

	表 4	模型平均绝对误差与平均相对误差	
Tab. 4	Model av	verage absolute error and average relative e	rro

	鲟鱼样本1组		鲟鱼样本 2 组		鲟鱼样本3组	
模型	平均绝对误差/	平均相对	平均绝对误差/	平均相对	平均绝对误差/	平均相对
	$(\operatorname{mmol} \cdot L^{-1})$	误差/%	$(\text{ mmol} \cdot L^{-1})$	误差/%	$(\operatorname{mmol} \cdot L^{-1})$	误差/%
ARIMR	- 0. 033	-0.301	-0.001	- 0. 025	- 0. 009	-0.025
曲线拟合	-0.126	- 1. 095	-0.103	- 0. 895	-0.140	- 1. 226
灰色模型	- 0. 066	- 0. 589	-0.048	-0.416	-0.071	-0.621
BP 神经网络	- 0. 060	-0.510	0.039	0. 335	-0.046	- 0. 395

4 结论

(1)根据无水低温保活过程中鲟鱼保活要求 与生理活动特点,采用可植入血糖传感器对鲟鱼 眼球巩膜组织间液内血糖变化进行采集,并对该 血糖传感器进行了测试实验。实验证明,该传感 器能保持稳定,满足采集鲟鱼血糖信号变化的 要求。

(2)鉴于可植入血糖传感器输出电流信号频率 低、信号弱的特点,设计了可靠的信号调理,对信号进 行整形和滤波。实验结果表明,处理后电路输出拟合 程度达到了 0.960 8,电路灵敏度为 27.047 mV/nA,零 点漂移量为 722.83 mV,为处理鲟鱼无水低温保活 过程血糖变化提供了可靠的数据来源。

(3)利用时序法建立了鲟鱼血糖信号预测模型,并与曲线拟合、灰色模型和 BP 神经网络的模型预测效果曲线图对比。结果表明,所构建的ARIMR模型对鲟鱼样本的预测值与真实值之间的平均绝对误差为-0.014 mmol/L,平均相对误差为-0.117%;平滑度也更具优势。通过可靠的预测模型获取的数据可以为鲟鱼无水低温保活过程分析环境变量的影响及控制提供参考。

参考文献

- 1 SHEN Shuqi, WAN Yumei, SHEN Liang, et al. Effects of temperature, humidity and oxygen on keeping-alive without water of bay scallop *Argopecten irradians*[J]. Journal of Dalian Ocean University, 2014, 29(5): 492 497.
- 2 刘骁,谢晶,黄硕琳. 鱼类保活运输的研究进展[J]. 食品与发酵工业,2015(8):255-260.
- LIU Xiao, XIE Jing, HUANG Shuolin. Advances research of transportation to keep fish alive [J]. Food and Fermentation Industries, 2015(8):255-260. (in Chinese)
- 3 米红波. 鲫鱼和中国对虾的无水保活及冰温保鲜技术研究[D]. 杭州:浙江大学,2014. MI Hongbo. Study on the waterless preservation and controlled freezing-point storage of crucian carp and Chinese white shrimp[D]. Hangzhou: Zhejiang University,2014. (in Chinese)
- 4 刘骁,谢晶,杨茜,等. 无水保活条件下团头鲂生理应激及鱼肉品质的变化[J]. 农业工程学报,2016,32(3):295-300. LIU Xiao, XIE Jing, YANG Xi, et al. Change of physiological stress and flesh quality of *Megalobr amaamblycephala* during suitable waterless keep alive conditions[J]. Transactions of the CSAE, 2016, 32(3): 295-300. (in Chinese)
- 5 何蓉,谢晶,苏辉,等.不同温度对无水保活条件下的中华鳖肌肉营养成分及血液生化指标影响[J].食品科学,2014,

35(6):194 - 199.

HE Rong, XIE Jing, SU Hui, et al. Effect of temperature on muscle nutritional components and blood biochemical parameters of *Pelodiscus sinensis* alive without water[J]. Food Science, 2014, 35(6):194 - 199. (in Chinese)

- 6 MISHRA D B, ROY D, KUMAR V, et al. Effect of feeding different levels of Azollapinnata on blood biochemicals, hematology and immunocompetence traits of Chabro chicken [J]. Veterinary World, 2016, 9(2):192-198.
- 7 WU F, ZHU W H, LIU M M, et al. Effects of dietary vitamin A on growth performance, blood biochemical indices and body composition of juvenile grass carp (*Ctenopharyngodon idellus*) [J]. Turkish Journal of Fisheries and Aquatic Sciences, 2016, 16(2):339-345.
- 8 ZHANG L Z, ZHU W, WANG Y, et al. Effects of dietary lipid levels on activities of digestive enzymes and blood biochemical parameters of Siganusguttatus [J]. Marine Fisheries, 2014, 36(2):170-176.
- 9 VADDIRAJU S, KASTELLORIZIOS M, LEGASSEY A, et al. Needle-implantable, wireless biosensor for continuous glucose monitoring [C]//2015 IEEE 12th International Conference on Wearable and Implantable Body Sensor Networks (BSN),2015:1-5.
- 10 喻成使. 面向人工胰脏的快速建模方法与血糖预测研究[D]. 杭州:浙江大学,2016.
 YU Chengxia. Rapid modeling method for subcutaneous glucose concentration prediction for artificial artificial pancreas[D].
 Hangzhou: Zhejiang University,2016. (in Chinese)
- 11 MAEDA E, KATAOKA M, HINO M, et al. Determination of human blood glucose levels using microchip electrophoresis [J]. Electrophoresis, 2007, 16(28): 2927 - 2933.
- 12 赵瑞. 物联网中生物电信号采集终端的关键问题研究[D].天津:天津理工大学,2014. ZHAO Rui. Research on biological signal aequisition terminal for internet of things [D]. Tianjin: Tianjin University of Technology,2014. (in Chinese)
- 13 吕思潼,田润澜,肖卫华. 基于 ARM 的动态血糖监测仪的设计[J]. 计算机测量与控制,2009,17(7):1454-1456. LÜ Sitong, TIAN Runlan, XIAO Weihua. Design of dynamic glucose monitoring device based on ARM [J]. Computer Measurement & Control,2009,17(7):1454-1456. (in Chinese)
- 14 SHIN K S, JANGC I, KIM M J, et al. Development of novel implantable intraocular pressure sensors to enhance the performance in vivo tests[J]. Journal of Microelectro Mechanical Systems, 2015, 24(6):1896 1905.
- 15 DE H A, GETZLAFF S, GRICE D, et al. An NFC-enabled CMOS IC for a wireless fully implantable glucose sensor[J]. IEEE Journal of Biomedical and Health Informatics, 2016, 20(1):18 - 28.
- 16 BLACK R D. Recent advances in translational work on implantable sensors [J]. IEEE Sensors Journal, 2011, 12(11): 3171 -3182.
- 17 RENARD E. Implantable glucose sensors for diabetes monitoring[J]. Minimally Invasive Therapy & Allied Technologies, 2004, 13(2): 78-86.
- 18 YU B Z, LONG N, MOUSSY Y, et al. A long-term flexible minimally-invasive implantable glucose biosensor based on an epoxyenhanced polyurethane membrane [J]. Biosensors & Bioelectronics, 2006, 12(21): 2275 - 2282.
- 19 许永峰,贺玉成,周林. 血压脉搏振荡波的三重软件滤波提取算法[J]. 电子测量与仪器学报,2015,29(3):454-459. XU Yongfeng, HE Yucheng, ZHOU Lin. Three-step software filtering algorithm for extracting blood pressure pulse shock wave

[J]. Journal of Eectronic Measurement and Instrumentation, 2015, 29(3):454 – 459. (in Chinese)

- 20 彭安杰,康显桂. 基于滤波残差多方向差分的中值滤波取证技术[J]. 计算机学报,2016,39(3):503-515. PENG Anjie, KANG Xiangui. Median filtering forensics based on multi-directional difference of filtering residuals[J]. Chinese Journal of Computers,2016,39(3):503-515. (in Chinese)
- 21 DEPEREDA D, ROMERO-VIVO S, RICARTE B, et al. Real-time estimation of plasma insulin concentration from continuous glucose monitor measurements [J]. Computer Methods in Biomechanics and Biomedical Engineering, 2016, 19(9):934 942.
- 22 刘明,水鹏朗. 基于功率中值和归一化采样协方差矩阵的自适应匹配滤波检测器[J]. 电子与信息学报,2015,37(6): 1395-1401.

LIU Ming, SHUI Penglang. Adaptive matched filter detector based on power median and normalized sample covariance matrix [J]. Journal of Electronics & Information Technology, 2015, 37(6):1395 - 1401. (in Chinese)

23 BISWAS P, BHAUMIK S, PATIYAT I. Estimation of gucose and insulin concentration using nonlinear Gaussian filters [C] // 1st IEEE International Conference on Control, Measurement and Instrumentation (CMI), 2016:16-20.

24 张军.灰色预测模型的改进及其应用[D].西安:西安理工大学,2008. ZHANG Jun. Improvement of grey forecasting model and its application[D]. Xi'an: Xi'an University of Technology,2008. (in Chinese)

25 栾培贤,肖建华,陈欣,等. 基于灰色模型和 ARMA 模型的猪瘟月新发生次数预测比较[J]. 农业工程学报,2011,27(12): 223-226.

LUAN Peixian, XIAO Jianhua, CHEN Xin, et al. Comparison of grey model and ARMA model for predicting the number of monthlynew outbreaks of CSF[J]. Transactions of the CSAE, 2011, 27(12):223-226. (in Chinese)

26 卫银银.新型葡萄糖生物传感器的构筑、机理及应用研究[D].上海:华东师范大学,2011. WEI Yinyin. Study on building, mechanism and application of glucose biosensor[D]. Shanghai: East China Normal University, 2011. (in Chinese)

27 陆军,张红涛,魏德云,等.基于时间序列分析的雾滴叶面动态接触角预测与建模[J/OL]. 农业机械学报,2013,44(2):
80 - 86. http://www.j-csam.org/jcsam/ch/reader/view_abstract.aspx? flag = 1&file_no = 20130216&journal_id = jcsam. DOI:
10.6041 /j.issn.1000-1298.2013.02.016.

LU Jun, ZHANG Hongtao, WEI Deyu, et al. Dynamic contact angle forecasting and modeling for drop-leafinterface based on time series analysis [J/OL]. Transactions of the Chinese Society for Agricultural Machinery, 2013, 44(2):80-86. (in Chinese)

- 28 左志宇,毛罕平,张晓东,等. 基于时序分析法的温室温度预测模型[J]. 农业机械学报,2010,41(11):173-177,182. ZUO Zhiyu, MAO Hanping, ZHANG Xiaodong, et al. Forecast model of greenhouse temperature based on time series method [J]. Transactions of the Chinese Society for Agricultural Machinery,2010,41(11):173-177,182. (in Chinese)
- 29 贾明亮. 低温胁迫对奥尼罗非鱼的生长、肌肉组成和血液生理生化指标的影响[D]. 湛江:广东海洋大学, 2010.
- 30 何登菊,杨兴,姚俊杰,等. 低温保活运输对鲟鱼肌肉主要营养成分的影响[J]. 贵州农业科学,2010,38(6):157-158.
 HE Dengju,YANG Xing, YAO Junjie, et al. Effect of low temperature transport on major nutritional components in muscle of acipensersturio[J]. Guizhou Agricultural Sciences,2010,38(6):157-158. (in Chinese)
- 31 赵进晓. 目标跟踪的曲线拟合预测模型及算法研究[D]. 上海:复旦大学, 2013.
- 32 CRAVEN D, MCGINLEY B, KILMARTINL, et al. Compressed sensing for bioelectric signals: a review [J]. IEEE Journal of Biomedical and Health Informatics, 2015, 19(2):529 - 540.
- 33 ZHANG F, CHEN S X, ZHANG H S, et al. Bioelectric signal detrending using smoothness prior approach [J]. Medical Engineering & Physics, 2014, 36(8):1007 - 1013.
- 34 WANG X Y, PANG G C. Amplification systems of weak interaction biosensors: applications and prospects [J]. Sensor Review, 2015,35(1):30-42.
- 35 DONG X Q, ZHANG D M, CHEN Y K, et al. Effects of antimicrobial peptides (AMPs) on blood biochemical parameters, antioxidase activity, and immune function in the common carp (*Cyprinuscarpio*) [J]. Fish & Shellfish Immunology, 2015, 47(1): 429-434.
- 36 RIVERO C R, PUCHETA J A, BAUMGARTNER J S, et al. Short-series prediction with BEMA approach: application to short rainfall series [J]. IEEE Latin America Transactions, 2016, 14(8): 3892 3899.
- 37 周雷刚,梁庭,高利聪.红外传感器的微弱信号检测与处理[J].仪器技术与传感器,2014(12):5-6,21.
- ZHOU L G, LIANG T, GAO L C. Weak signal detecting and processing of pyroelectric infrared sensor[J]. Instrument Technique and Sensor, 2014(12):5-6,21. (in Chinese)