上海交通大學

SHANGHAI JIAO TONG UNIVERSITY 项目报告

PROJECT REPORT



题目: 基于 MSP430 的心电采集显示心率技术系统

成员: 张露雨 郭焘玮 王润洲



目录

1. 实验目的	1
2. 实验内容	1
2.1 系统功能架构设计	
2.2 硬件接口	1
3.流程图	
4.关键代码实现	4
4.1 主函数思路	4
4.2 中断服务函数	
4.3 计算脉冲函数:	7
5. 结果展示	
5.1 电极片采集位置	8
5.2 波形展示	9
5.3 串口通信结果展示	10
5.4 桌面端处理展示	11
6 困难和解决方案	
6.1 问题一: 心电信号噪声大	13
6.2 问题二:实时显示心率的延迟	
6.3 问题三: 功耗较高	13
7 总结与展望	13
7.1 总结	13
7.2 展望	13
8 附录	14



基于 MSP430 的心电采集显示心率计数系统

1. 实验目的

- 1.采用 AD8232 心电图监测生理身体指标测量板脉搏跳动心脏传感器创客模块
- 2.通过 MSP430 内部 ADC 模块采集 AD8232 输出的心电放大信号;
- 3.在 MSP430 的点阵 LCD 上显示心电波形,并计算心率;
- 4.通过 UART-RS232-USB 接口将心电信号传输到 PC 端,显示原始数据或者波形;

2. 实验内容

2.1 系统功能架构设计

由 AD8232 读取心电数据,处理后形成模拟信号输入实验板,MSP430 使用自带 ADC 转换为数字信号,经过软件处理后显示在 TFT 屏幕上,同时通过串口输出到电脑端。

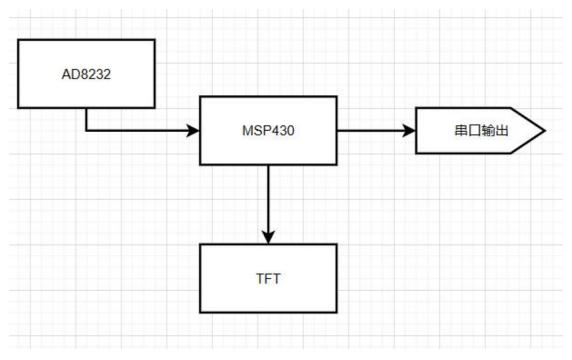


图 2.1 系统框图

2.2 硬件接口

接线引脚:选择 adc 通道 12=p7.4 引脚, 连接心电芯片 output 引脚(黄线),心电芯片 3.3v 和 gnd 分别接 vcc 和 gnd。



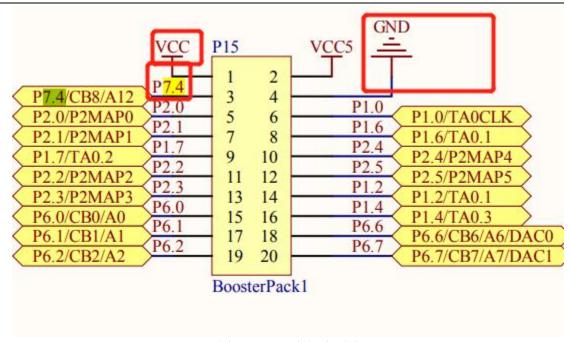


图 2.2 ADC 引脚原理图

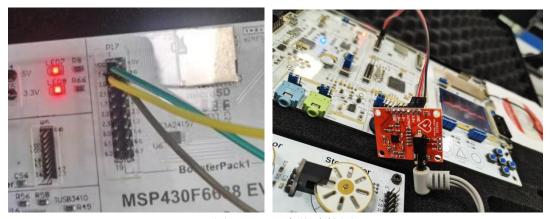


图 2.3 ADC 实物连接图

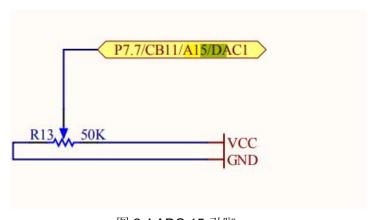


图 2.4 ADC 15 引脚



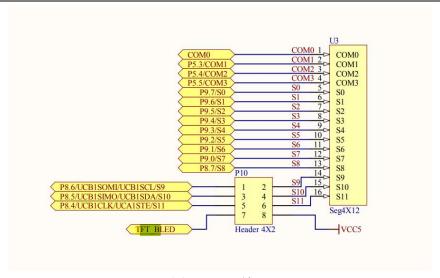
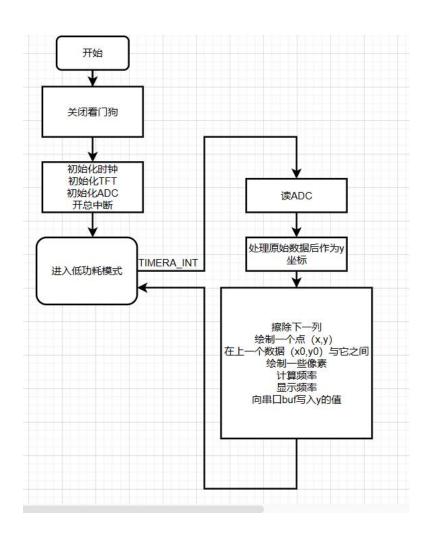


图 2.5 TFT 输出

3. 流程图





4. 关键代码实现

4.1 主函数思路

- **关闭看门狗计时器**:看门狗计时器是一种硬件计时器,用于检测和解决系统错误。如果系统运行正常,看门狗计时器会被定期重置;如果系统出现错误,看门狗计时器会溢出,从而重置系统或触发其他错误处理程序。
- 配置定时器 A0: 定时器 A0 被配置为使用 SMCLK 时钟,以比较模式运行,并在开始时清零计数器。定时器的比较/捕获寄存器 0(TA0CCTL0)被配置为启用中断,而比较/捕获寄存器 0(TA0CCR0)的值被设置为 50000,这意味着每当计数器达到 50000 时,就会触发一个中断。这相当于创建了一个 50ms 的时间间隔。
- 配置 **IO 端口:** P5.7 和 P8.0 被配置为输出端口。
- 配置 ADC12: ADC12 模块被配置为自动循环采样转换模式,这意味着 ADC 会连续采样和转换指定的一组通道。ADC12 模块被打开,采样保持模式被启用,通道 12 (连接到P7.4)被选择为 ADC 输入, ADC 转换被启用。
- 禁用中断: 为了防止在初始化时发生不期望的中断,代码禁用了全局中断。
- 初始化时钟和 TFT: 调用 initClock()和 initTFT()函数来初始化系统时钟和 TFT 显示。
- **设置 TFT 显示区域:** 调用 etft_AreaSet()函数来设置 TFT 显示的区域。
- 启用中断并进入低功耗模式:代码重新启用了全局中断,并将系统设置为低功耗模式 0 (LPM0),这意味着 CPU 将被关闭,但系统时钟和外设(如定时器和 ADC)仍将运行。

```
void main(void)
{
      WDTCTL = WDTPW + WDTHOLD; // 关闭看门狗
      TAOCTL |= MC 1 + TASSEL 2 + TACLR;
      //时钟为 SMCLK,比较模式,开始时清零计数器
      TAOCCTLO = CCIE;//比较器中断使能
      TA0CCR0 = 50000; //比较值设为 50000, 相当于 50ms 的时间间隔
      P5DIR |= BIT7;
      P8DIR |= BIT0;
      ADC12CTL0 |= ADC12MSC;//自动循环采样转换
      ADC12CTL0 |= ADC12ON;//启动 ADC12 模块
      ADC12CTL1 |= ADC12CONSEQ1 ;//选择单通道循环采样转换
      ADC12CTL1 |= ADC12SHP;//采样保持模式
      ADC12MCTL0 |= ADC12INCH 12; //选择通道 15, 连接拨码电位器; ch12:p7.4
      ADC12CTL0 |= ADC12ENC;
      _DINT();
```



```
initClock();
initTFT();

etft_AreaSet(0,0,319,239,31);
  _EINT();
  __bis_SR_register(LPM0_bits + GIE);//进入低功耗并开启总中断
}
```

4.2 中断服务函数

这段代码定义了一个 Timer_A 的中断服务函数,当 Timer_A 的中断触发时,这个函数就会被调用。函数的主要作用是使用 ADC(模数转换器)对某个信号进行采样,并将采样结果在 TFT LCD 屏幕上以某种形式进行显示。具体的流程如下:

首先,函数启动 ADC 转换,并将结果保存在变量 value 中。

- 然后,函数对 x (可能代表 LCD 屏幕上的 x 坐标)进行自增。在 flag 为 Ø 的情况下,会 对 y Ø 进行赋值操作,并再次启动 ADC 转换。如果 flag 不为 Ø,那么就直接进行后续的操作。
- 然后,函数对y进行赋值操作。这里y可能代表LCD屏幕上的y坐标。
- 接着,函数检查 x 是否大于或等于 309。如果是,就将 x 重新设置为 4,并在 LCD 屏幕上的指定区域设置像素颜色,然后再对 x 进行自增。如果不是,那么就直接进行后续的操作。
- 然后,函数计算 y0 和 y 的平均值,并保存在 tmp0 中。并在 LCD 屏幕上的另一个指定区域设置像素颜色。
- 接着,函数根据 y0 和 y 的大小关系,再在 LCD 屏幕上的两个指定区域设置像素颜色。
- 然后,函数调用 pulse_counter 函数,传入 y 和 y0 作为参数,计算出脉冲计数,并保存在 freq 中。这里的脉冲计数可能代表了某种物理量的频率。
- 如果 freq 大于 0,那么就将 freq 的百位、十位和个位分别转换为字符,保存在 disp 数组中。
- 最后,函数在 LCD 屏幕上的指定位置显示 disp 数组中的字符串,然后将 y 的值赋给 y0,为下一次循环做准备。

```
#pragma vector = TIMERO_AO_VECTOR
__interrupt void Timer_A (void) //定义 Timer_A 中断服务函数
{
    ADC12CTL0 |= ADC12SC; //启动 ADC 转换
    value = ADC12MEM0; //将 ADC 转换结果赋值给变量 value

    x++; //x 坐标加 1
```



```
if (flag==0) //如果 flag 为 0
{
   flag=1; //将 flag 设为 1
   y0=232-value/18; //将 y0 设为经过特定计算后的值
   ADC12CTL0 |= ADC12SC; //开始另一次 ADC 转换
   value = ADC12MEMO; //将 ADC 转换结果赋值给变量 value
}
y=232-value/18; //将 y 设为经过特定计算后的值
if (x>=309) //如果 x 大于或等于 309
   x=4; //将 x 设为 4
   etft_AreaSet(x,4,x+12,235,0); //在指定区域设置像素颜色
   x++; //x 坐标加 1
}
tmp0=(y0+y)/2; //将 tmp0 设为 y0 和 y 的平均值
etft_AreaSet(x+1,4,x+6,235,0); //在指定区域设置像素颜色
if (y0<y) //如果 y0 小于 y
{
   etft_AreaSet(x,y0,x,tmp0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
   etft_AreaSet(x+1,tmp0,x+1,y,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
}
else //否则
   etft_AreaSet(x,tmp0,x,y0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
   etft_AreaSet(x+1,y,x+1,tmp0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
}
int freq=pulse counter(y,y0); //计算 y 和 y0 的脉冲计数
if(freq>0) //如果 freq 大于 0
{
   disp[0]=freq/100+'0'; //将频率的百位数转换为字符并存入数组
   disp[1]=(freq%100)/10+'0'; //将频率的十位数转换为字符并存入数组
   disp[2]=freq%10+'0'; //将频率的个位数转换为字符并存入数组
}
```



```
etft_DisplayString(<u>disp</u>, 280,215,0xfffff, 0x0000); //在指定位置显示字符串 y0=y; //将 y 赋值给 y0 }
```

4.3 计算脉冲函数:

这段代码定义了一个名为 pulse_counter 的函数,它接收两个整型参数 y 和 y0。这个函数的主要目标是计算并返回脉冲频率。

- 计算脉冲的差值并更新脉冲总和:函数首先从 pulse_sum(一个表示脉冲总和的全局变量)中减去 pulse_cache[pulse_n]的值(这是一个缓存数组,用于存储过去的脉冲值)。然后,它计算当前脉冲 y 和上一个脉冲 y0 之间的差值,并将这个差值存入 pulse_cache 数组的当前位置。最后,它将新的差值添加到 pulse_sum 中,这样 pulse_sum 就被更新为最近 15 个脉冲差值的总和。
- **更新脉冲缓存数组的索引:** pulse_n 是 pulse_cache 数组的索引,每次调用 pulse_counter 函数时,pulse_n 都会增加 1。当 pulse_n 达到 15 时,它被重置为 0, 这意味着 pulse cache 数组是一个大小为 15 的循环缓存。
- **检测并处理脉冲的开始和结束:** 如果 counter_flag 为 0(表示没有检测到脉冲的开始) 并且 pulse_sum 大于或等于 40(这是一个设定的阈值,用于确定脉冲的开始),函数将 counter_flag 设为 1(表示脉冲已开始),将 pulse_count(表示已经过去的脉冲数量) 的值存入 tmp 中,并将 pulse_count 重置为 0。然后,函数返回 6000/tmp,这是脉冲的 频率。如果 pulse_sum 小于 40,函数将 counter_flag 设为 0(表示脉冲已结束)。
- **更新脉冲数量并返回-1**:如果函数没有返回脉冲频率,它将增加 pulse_count 的值,并返回-1,表示在当前调用中没有检测到脉冲的结束。

总的来说,这个函数通过维护一个脉冲差值的滑动窗口,并监测窗口内的脉冲总和,来检测和计算脉冲的频率。

```
int pulse_counter(int y,int t0)
{
    // 从总的脉冲总和中减去旧的脉冲值
    pulse_sum-=pulse_cache[pulse_n];
    // 计算当前脉冲和上一个脉冲的差值,并更新脉冲缓存数组
    pulse_cache[pulse_n]=y-y0;
    // 将新的脉冲差值加入总的脉冲总和
    pulse_sum+=pulse_cache[pulse_n];
    // 将脉冲缓存数组的索引增加 1
    pulse_n++;

// 如果脉冲缓存数组的索引达到 15 (数组大小),则将其重置为 0
    if(pulse_n>=15) pulse_n=0;
```



```
// 如果未检测到脉冲的开始且脉冲总和大于等于 40
   if((counter_flag==0)&&(pulse_sum>=40))
         // 设置标志位,表示检测到脉冲的开始
         counter_flag=1;
         // 保存当前的脉冲数量,并将其重置为 0
         int tmp=pulse_count;
         pulse_count=0;
         // 返回脉冲的频率
         return 6000/tmp;
      }
  // 如果脉冲总和小于 40
  else if(pulse_sum<40) counter_flag=0; // 将标志位重置,表示脉冲已结束
  // 增加脉冲数量
  pulse_count++;
  // 如果在当前函数调用中未检测到脉冲的结束,返回-1
   return -1;
}
```

5.结果展示

5.1 电极片采集位置

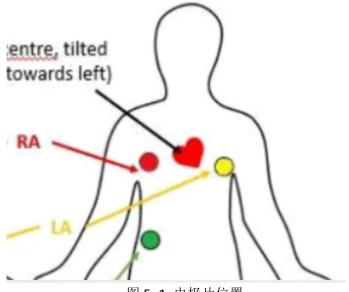
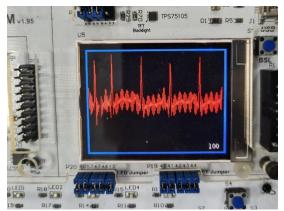


图 5.1 电极片位置



5.2 波形展示



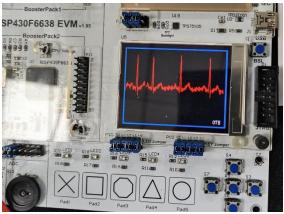


图 5.2 心电波形展示

图 5.3 心电波形展示

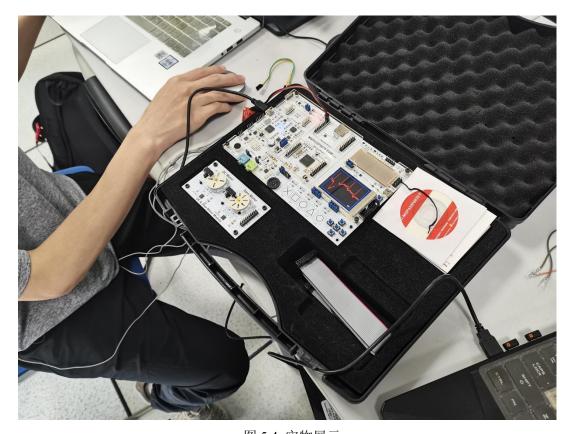


图 5.4 实物展示



5.3 串口通信结果展示

我们将串口通信结果存入 txt 文件中,并将其转成十进制文件进行后续处理

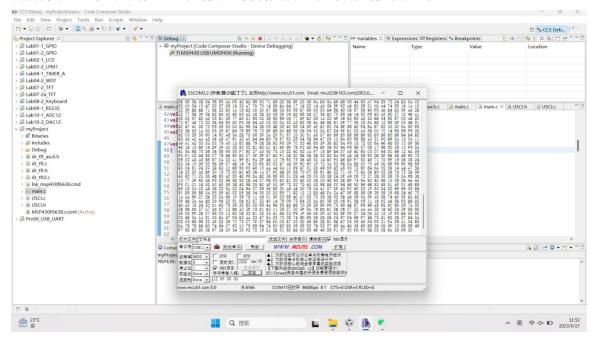


图 5.5 串口通信

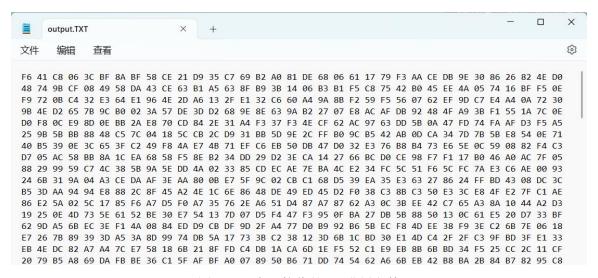


图 5.6 16 串口接收的 16 进制文件



5.4 桌面端处理展示

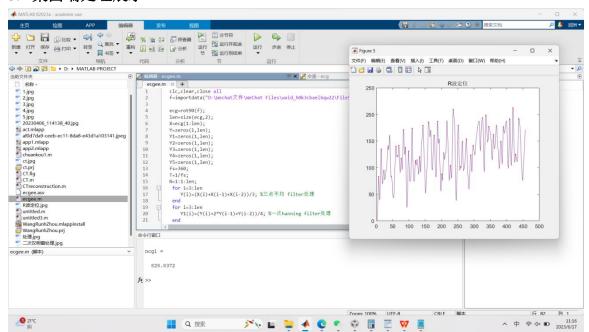


图 5.7 桌面端处理

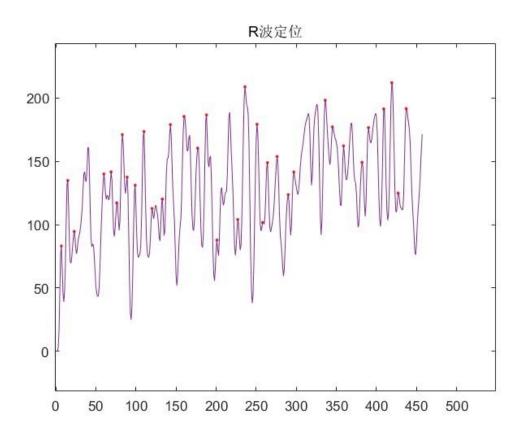
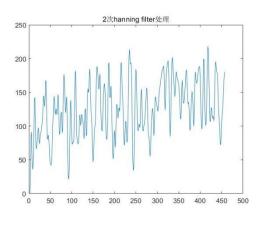


图 5.8 R 波电位





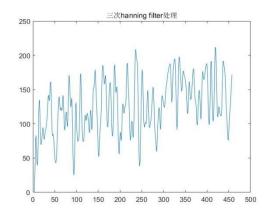


图 5.9.2 阶 filter 处理

图 5.10.2 阶 filter 处理

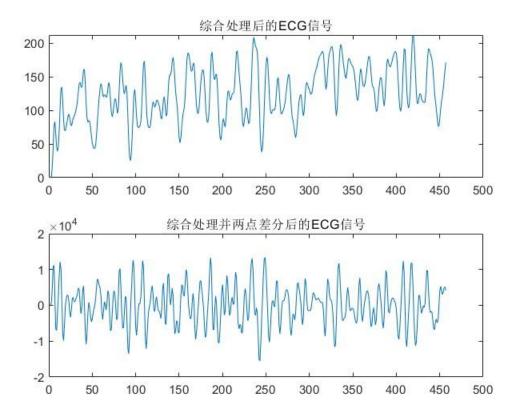


图 5.10 综合处理后的心电信号



6 困难和解决方案

6.1 问题一: 心电信号噪声大

在我们初步实现心电信号采集时,我们发现采集到的数据中噪声较大,对心率的计算 造成了困扰。

解决方案: 我们采用了数字滤波技术来减少噪声的影响。通过实现一个适当的滤波器, 我们能够有效地消除电源噪声和环境噪声,从而提高了心电信号的质量。

6.2 问题二:实时显示心率的延迟

在初步的实现中,我们发现系统在计算和显示心率时存在一定的延迟。

解决方案:我们优化了心率计算的算法,使用了滑动窗口来更快地检测和计算心跳。 此外,我们还优化了显示模块的刷新率,以减少显示的延迟。

6.3 问题三: 功耗较高

在测试系统的运行时间时,我们发现系统的功耗比预期的要高,这会限制其在无线电源的环境下的使用时间。

解决方案:我们针对硬件和软件进行了一系列的优化,以降低功耗。例如,我们使用了低功耗模式进行待机,优化了代码以减少不必要的计算,以及选择了低功耗的硬件组件。这些优化使得我们的系统在保持功能和性能的同时,显著降低了功耗。

7 总结与展望

7.1 总结

在本项目中,我们成功地设计并实现了基于 MSP430 微控制器的心电采集显示心率计数系统。这个系统能够采集和处理心电信号,准确地计算出心率,并将结果显示出来。我们的系统具有低功耗、高精度、快速响应等优点,可以广泛应用于医疗、健康管理、体育运动等领域。

在项目实施过程中,我们团队三人共同努力,各自发挥自己的专长,有效地完成了硬件设计、软件编程、系统测试等工作。我们通过实践锻炼了自己的专业技能,也提高了解决问题和 团队协作的能力。

7.2 展望

虽然我们的心电采集显示心率计数系统已经可以正常工作,但我们认识到,还有许多可以 改进和优化的地方。在未来,我们计划进行以下方面的工作:

改善用户界面: 我们计划优化系统的用户界面,使其更加友好和直观。我们也考虑增加一些新的功能,如心率异常警报、历史数据查看等。

提高系统精度:我们将研究更高级的信号处理算法,以提高系统对心率的测量精度。我们也会考虑使用更高性能的硬件组件,以提高系统的整体性能。

优化功耗: 鉴于许多应用场景要求设备具有较长的续航时间,我们将研究如何进一步降低系统的功耗。

我们期待在未来的工作中,继续提高我们的系统,使其更好地满足用户的需求。



8 附录

8.1 主函数实现

```
* main.c
*/
#include <msp430.h>
#include <stdint.h>
#include <stdio.h>
#include "dr tft.h"
//unsigned char flag0=0,flag1=0;
unsigned char send_data[]={'0','\0'};
unsigned char recv_data[]={'0','\0'};
void UART_RS232_Init(void);
void initClock()
{
     while(BAKCTL & LOCKIO)
                                       // Unlock XT1 pins for operation
       BAKCTL &= ~(LOCKIO);
       UCSCTL6 &= ~XT10FF;
                                        //启动 XT1
       P7SEL |= BIT2 + BIT3;
                                        //XT2 引脚功能选择
       UCSCTL6 &= ~XT20FF;
                                       //启动 XT2
       while (SFRIFG1 & OFIFG) {
                                        //等待 XT1、XT2 与 DCO 稳定
          UCSCTL7 &= ~(DCOFFG+XT1LF0FFG+XT20FFG);
          SFRIFG1 &= ~OFIFG;
         }
     UCSCTL4 = SELA XT1CLK + SELS XT2CLK + SELM XT2CLK; //避免 DCO 调整中跑飞
                                              //6000kHz~23.7MHz
     UCSCTL1 = DCORSEL_5;
     UCSCTL2 = 20000000 / (4000000 / 16);
                                              //XT2 频率较高,分频后作为基准
可获得更高的精度
     UCSCTL3 = SELREF XT2CLK + FLLREFDIV 16;
                                               //XT2 进行 16 分频后作为基准
                                               //等待 XT1、XT2 与 DCO 稳定
     while (SFRIFG1 & OFIFG) {
       UCSCTL7 &= ~(DCOFFG+XT1LF0FFG+XT20FFG);
       SFRIFG1 &= ~OFIFG;
     }
     UCSCTL5 = DIVA__1 + DIVS__1 + DIVM__1; //设定几个 CLK 的分频
     UCSCTL4 = SELA__XT1CLK + SELS__DCOCLK + SELM__DCOCLK; //设定几个 CLK 的时钟
源
}
```



```
volatile unsigned int value = 0;//设置判断变量
volatile unsigned int flag=0;
volatile unsigned int y0 =0;
volatile unsigned int x = 4;
volatile unsigned int y =0;
volatile unsigned int tmp0 =4;
volatile char disp[4]="000";
void main(void)
       WDTCTL = WDTPW + WDTHOLD; // 关闭看门狗
       UART_RS232_Init();
       TAOCTL |= MC_1 + TASSEL_2 + TACLR;
       //时钟为 SMCLK,比较模式,开始时清零计数器
       TAOCCTLO = CCIE;//比较器中断使能
       TAOCCRO = 50000; //比较值设为 50000, 相当于 50ms 的时间间隔
       P5DIR |= BIT7;
       P8DIR |= BIT0;
       ADC12CTL0 |= ADC12MSC;//自动循环采样转换
       ADC12CTL0 |= ADC12ON; //启动 ADC12 模块
       ADC12CTL1 |= ADC12CONSEQ1 ;//选择单通道循环采样转换
       ADC12CTL1 |= ADC12SHP;//采样保持模式
       ADC12MCTL0 |= ADC12INCH 12; //选择通道 15, 连接拨码电位器; ch12:p7.4
       ADC12CTL0 |= ADC12ENC;
       _DINT();
       initClock();
       initTFT();
       etft_AreaSet(0,0,319,239,31);
       _EINT();
       __bis_SR_register(LPM0_bits + GIE);//进入低功耗并开启总中断
}
```



```
volatile int pulse n=0;
volatile int pulse_sum=0;
volatile int counter_flag=0;
volatile int pulse_count=0;
// 函数 pulse counter 接收两个整数参数: y 和 y0
int pulse_counter(int y,int t0)
   // 从总的脉冲总和中减去旧的脉冲值
   pulse_sum-=pulse_cache[pulse_n];
  // 计算当前脉冲和上一个脉冲的差值,并更新脉冲缓存数组
   pulse_cache[pulse_n]=y-y0;
  // 将新的脉冲差值加入总的脉冲总和
   pulse_sum+=pulse_cache[pulse_n];
  // 将脉冲缓存数组的索引增加1
  pulse n++;
  // 如果脉冲缓存数组的索引达到 15 (数组大小),则将其重置为 0
  if(pulse_n>=15) pulse_n=0;
  // 如果未检测到脉冲的开始且脉冲总和大于等于 40
  if((counter_flag==0)&&(pulse_sum>=40))
      {
         // 设置标志位,表示检测到脉冲的开始
         counter_flag=1;
         // 保存当前的脉冲数量,并将其重置为 0
         int tmp=pulse_count;
         pulse_count=0;
        // 返回脉冲的频率
         return 6000/tmp;
      }
  // 如果脉冲总和小于 40
   else if(pulse_sum<40) counter_flag=0; // 将标志位重置,表示脉冲已结束
```



```
// 增加脉冲数量
   pulse_count++;
   // 如果在当前函数调用中未检测到脉冲的结束,返回-1
   return -1;
}
#pragma vector = TIMER0_A0_VECTOR
__interrupt void Timer_A (void) //定义 Timer_A 中断服务函数
   ADC12CTL0 |= ADC12SC; //启动 ADC 转换
   value = ADC12MEM0; //将 ADC 转换结果赋值给变量 value
   x++; //x 坐标加 1
   if (flag==0) //如果 flag 为 0
      flag=1; //将 flag 设为 1
      y0=232-value/18; //将 y0 设为经过特定计算后的值
      ADC12CTL0 |= ADC12SC; //开始另一次 ADC 转换
      value = ADC12MEM0; //将 ADC 转换结果赋值给变量 value
      UCA1TXBUF=value;
   }
   y=232-value/18; //将 y 设为经过特定计算后的值
   UCA1TXBUF=value;
   if (x>=309) //如果 x 大于或等于 309
      x=4; //将 x 设为 4
      etft_AreaSet(x,4,x+12,235,0); //在指定区域设置像素颜色
      x++; //x 坐标加 1
   }
   tmp0=(y0+y)/2; //将 tmp0 设为 y0 和 y 的平均值
   etft_AreaSet(x+1,4,x+6,235,0); //在指定区域设置像素颜色
   if (y0<y) //如果 y0 小于 y
```



```
etft AreaSet(x,y0,x,tmp0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
      etft AreaSet(x+1,tmp0,x+1,y,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
   }
   else //否则
   {
      etft AreaSet(x,tmp0,x,y0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
      etft AreaSet(x+1,y,x+1,tmp0,0xf800); //在指定区域设置像素颜色
   }
   int freq=pulse_counter(y,y0); //计算 y 和 y0 的脉冲计数
   if(freq>0) //如果 <u>freq</u>大于 0
   {
      disp[0]=freq/100+'0'; //将频率的百位数转换为字符并存入数组
      disp[1]=(freg%100)/10+'0'; //将频率的十位数转换为字符并存入数组
      disp[2]=freq%10+'0'; //将频率的个位数转换为字符并存入数组
   }
   etft_DisplayString(disp, 280,215,0xffff, 0x0000); //在指定位置显示字符串
   y0=y; //将 y 赋值给 y0
}
void UART_RS232_Init(void) //RS232 接口初始化函数
{
   /*通过对 P3.4。P3.5, P4.4, P4.5 的配置实现通道选择
       使 USCI 切换到 UART 模式*/
   P3DIR = (1<<4) | (1<<5);
   P4DIR = (1<<4) | (1<<5);
   P40UT = (1<<4);
   P40UT&=~(1<<5);
   P30UT = (1<<5);
   P30UT&=~(1<<4);
   P8SEL|=0x0c; //模块功能接口设置,即 P8.2 与 P8.3 作为 USCI 的接收口与发射口
   UCA1CTL1|=UCSWRST; //复位 USCI
   UCA1CTL1|=UCSSEL_1;//设置辅助时钟,用于发生特定波特率
   UCA1BR0=0x03;
                  //设置波特率
   UCA1BR1=0x00;
   UCA1MCTL=UCBRS 3+UCBRF 0;
   UCA1CTL1&=~UCSWRST; //结束复位
```



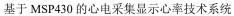
```
UCA1IE|=UCRXIE; //使能接收中断
}
```

8.2 处理函数实现

```
clc,clear,close all
f=importdata("D:\Wechat
                                          文
                                                               件
                                                                                    \WeChat
Files\wxid h0k3cbael6qw22\FileStorage\File\2023-06\dec file2.txt");
ecg=rot90(f);
len=size(ecg,2);
X=ecg(1:len);
Y=zeros(1,len);
Y1=zeros(1,len);
Y2=zeros(1,len);
Y3=zeros(1,len);
Y4=zeros(1,len);
Y5=zeros(1,len);
fs=360;
T=1/fs;
N=1:1:len;
 for i=3:len
    Y(i)=(X(i)+X(i-1)+X(i-2))/3; %三点平均 filter 处理
 end
 for i=3:len
    Y1(i)=(Y(i)+2*Y(i-1)+Y(i-2))/4; %一次 hanning filter 处理
 end
 for i=3:len
    Y2(i)=(Y1(i)+2*Y1(i-1)+Y1(i-2))/4; %二次 hanning filter 处理
 end
 for i=3:len
    Y3(i)=(Y2(i)+2*Y2(i-1)+Y2(i-2))/4; %三次 hanning filter 处理
 end
  for i=2:len
    Y4(i)=(Y3(i)-Y3(i-1))/T; %两点差分求导
  end
 subplot(2,1,1)
 plot(Y3);title('综合处理后的 ECG 信号');
 subplot(2,1,2)
 plot(Y4);title('综合处理并两点差分后的 ECG 信号');
```



```
figure
plot(Y3);title('三次 hanning filter 处理');
 figure
plot(Y2);title('2 次 hanning filter 处理');
% for i=0:len
Ymax=0;
for i=1:len
   if(Y4(i) \le Ymax)
       Ymax=Ymax;
   else
       Ymax=Y4(i);
   end
end
%%%%%%%找到最大值%%%%%%%%
Th=0.07*Ymax;%设置阈值
for i=1:len-1
    if((Y4(i)>Th)\&\&(Y3(i)>Y3(i-1))\&\&(Y3(i)>Y3(i+1)))
           Y5(i)=1;
    else
        Y5(i)=0;
    end
end
figure
plot(Y5);title('阈值检测');
%%%%%%%阈值判断%%%%%%%%
 K=zeros(1,len);
j=1;
figure
for i=1:len
    if(Y5(i)==1)
        K(j)=i;
       plot(N,Y3,i,Y3(i),'r.');hold on;
        j=j+1;
    end
end
title('R 波定位');
%%%%%%%定位%%%%%%%%%
p=0;
for i=1:j-2
```





p=p+(K(i+1)-K(i));	
nd	
1=p/(j-2)/180;	
cg1=60/T1	