# 数字听诊器 Digital Stethoscope

郭嘉丞 姚皓天 2015年6月



- 1 简介
- 2 系统设计
- 3 硬件设计细节

# 3.1 电源部分

电源是系统中容易被忽视,但是又非常重要关乎系统性能的关键部分。 本设计中含有数字部分和模拟部分,各自使用独立的电源:

数字部分采用 Step-Down(Buck) Converter

模拟部分采用 High PSRR, Low Noise, Single Output LDO

### 3.1.1 数字电源

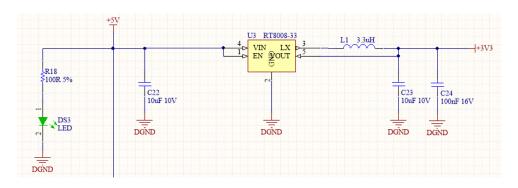


Figure 1: 开关电源

数字部分采用Richtek RT8008-3.3供电。这款芯片具有以下特点:

- 1. 固定输出电压3.3V
- 2. 1.5MHz的PWM频率,可以使用小型的外部电感和电容
- 3. 内置场效应管,采用同步整流方式,具有较高的效率

由于具有效率高,体积小,占用PCB面积小的特点,非常适合为本设计的数字部分供电,也利于手持设备小型化。

图中DS3用作电源指示灯。

### 3.1.2 模拟电源

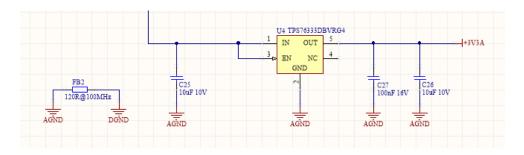


Figure 2: 线性电源



模拟部分采用TI TPS79333供电。这款芯片具有以下特点:

- 1. 高PSRR(70 dB at 10 kHz)
- 2. 低噪声(32  $\mu V_{RMS}$ )

该芯片可以有效抑制电源噪声,提供符合模拟部分工作的低噪声电源。 图中FB2 采用120R@100MHz的磁珠将模拟地与数字地相连,可以避免数字部分对模拟部分的干扰。

# 3.2 模拟前端和数据转换

模拟前端和数据转换采用TI Audio Codec TLV320AIC23B为核心,辅以外部电路,实现声音信号和数字信号的双向转换。

#### 3.2.1 话筒输入

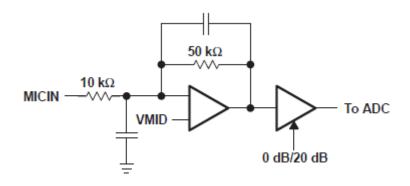


Figure 3: 话筒输入电路

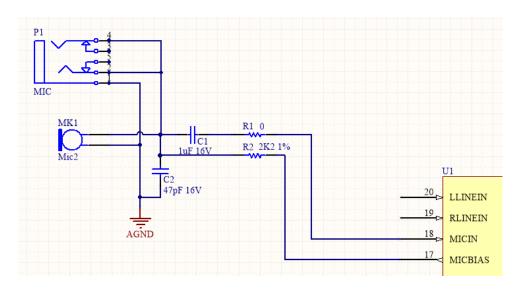


Figure 4: 话筒输入电路

芯片输出话筒偏置电压,经R2供给话筒。话筒将声音转换为变化的电压,经C1耦合输入CODEC。通过调节R2可以调节输入信号的第一级放大增益。



### 3.2.2 耳机输出

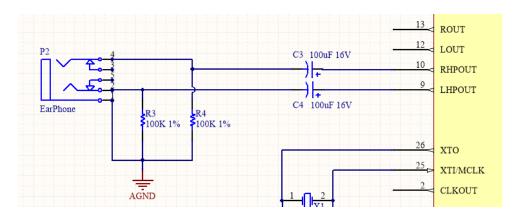


Figure 5: 耳机输出电路

由于芯片内置耳放,所以输出信号的左右声道分别直接通过C3和C4耦合至耳机输出即可。

### 3.2.3 CODEC的数字接口

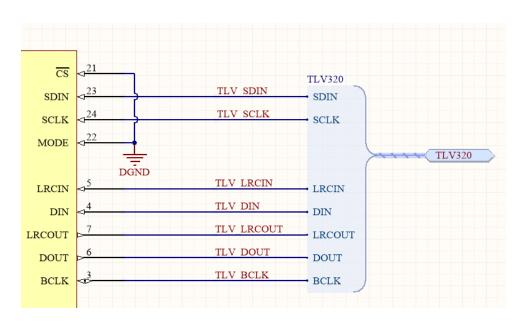


Figure 6: CODEC的数字接口

CODEC与MCU之间通过数字接口相连。控制接口为I2C接口,用于配置COEDC的输入输出方式,可编程放大器的放大增益,信号流向等。音频数据采用I2S接口相连。

# 3.3 微控制器和其他数字外设

# 3.3.1 微控制器

微控制器采用NXP LCP1768。微控制器为ARM Cortex-M3内核。



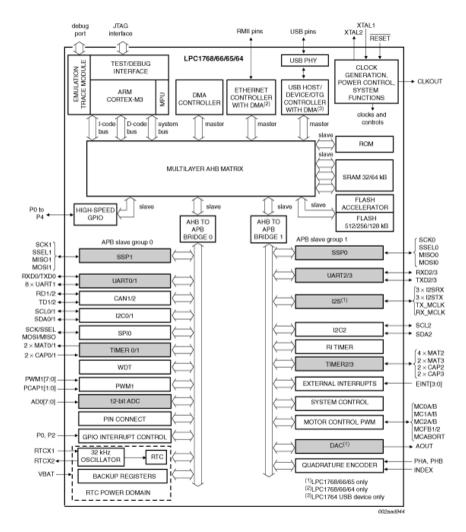


Figure 7: LPC1768内部框图

#### 3. 3. 2 TF-Card

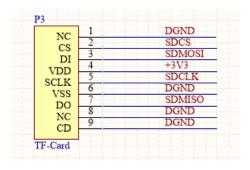


Figure 8: TF-Card



### 3.3.3 USB接口

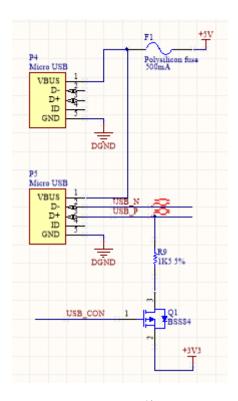


Figure 9: USB接口

P4接口用于给系统供电,电源入口串有多晶硅熔丝,用于对系统和外部电源的保护。P5接口用于接驳其他的USB外部设备(如U盘)或者连接个人计算机。

## 3.3.4 调试接口

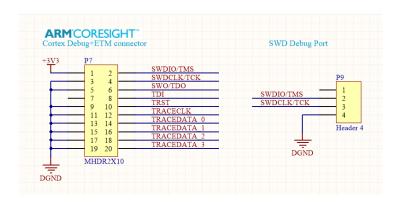


Figure 10: 调试接口

留有两种调试接口。其中SWD Debug Port可以连接通用的调试工具。而标准的Cortex Debug+ETM connector可以用于连接ARM U-Link Pro等带有Trace功能的调试工具,提供更加丰富的调试功能。



# 3.3.5 其他外设

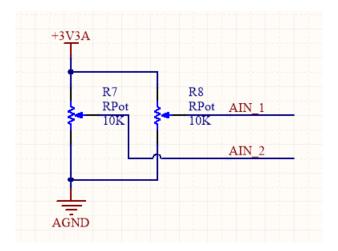


Figure 11: 旋钮

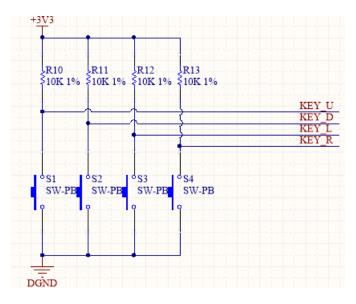


Figure 12: 按键

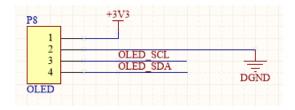


Figure 13: OLED屏幕

这些外设可以用于扩展功能。



# 4 PCB设计

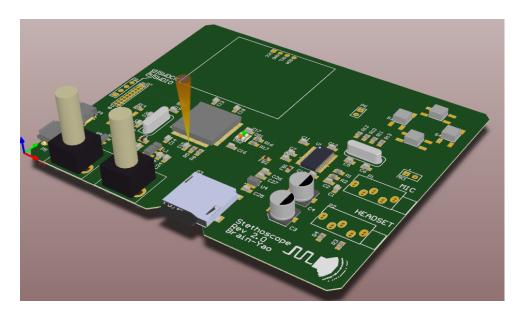


Figure 14: PCB三维渲染图

PCB设计采用Altium Designer 设计,按照通常混合信号系统的设计方法,数模部分分开布局。数字地、模拟地按布局切分,单点相连。

- 5 软件设计
- 6 开发时间节点
- 7 测试效果
- 8 项目总结